

UNIVERSITATEA TEHNICĂ "GHEORGHE ASACHI" DIN IAȘI FACULTATEA DE INGINERIE CHIMICĂ ȘI PROTECȚIA MEDIULUI



# Sisteme particulate cu aplicații în medicină și biotehnologie

- Rezumatul tezei de doctorat -

Conducător științific Prof. dr. ing. *dr. h. c.* Popa Marcel

> Doctorand Ing. chimist Lungan Maria-Andreea

# UNIVERSITATEA TEHNICĂ "GHEORGHE ASACHI" DIN IAȘI RECTORATUL

Câtre ....

Vă facem cunoscut că, în ziua de 30 octombrie 2014, ora 11<sup>00</sup>, în Sala de consiliu a Facultății de Inginerie Chimică și Protecția Mediului, va avea loc susținerea publică a tezei de doctorat intitulată:

# "Sisteme particulate cu aplicații în medicină și biotehnologie"

elaborată de domnișoara inginer Lungan Maria-Andreea în vederea conferirii titlului științific de doctor

Comisia de doctorat este alcătuită din:

1, Prof. univ. dr. ing. Nicolae Hurduc	președinte
2. Prof. univ. dr. ing. dr. h. c. Marcel Popa	conducător de doctorat
Universitatea Tehnică "Gheorghe Asachi" din Iași 3. Prof. univ. dr. Jacques Desbrieres	referent oficial
Université de Pau et des Pays de l'Adour, Franța 4. Prof. univ. dr. ing. Florica Silvia Cristina Patachia	referent oficial
Universitatea "Transilvania" din Braşov 5. Prof. univ. dr. ing. Marcel Ionel Popa	referent oficial
Lloiversitatea Tehnică "Gheorghe Asachi" din Iași	

Vă trimitem rezumatul tezei de doctorat cu rugămintea de a ne comunica, în scris, aprecierile dumneavoastră.

Cu această ocazie vă invităm să participați la susținerea publică a tezei de doctorat.



Secretar universitate. Ing. Cristina Nagit

# Mulţumiri

Cu deosebit respect și profundă recunoștință adresez mulţumiri domnului prof. univ. dr. ing. *dr. h. c.* Marcel Popa, conducătorul științific al acestei lucrări, pentru profesionalismul și îndrumarea competentă acordată pe parcursul anilor și, totodată, pentru contribuția sa la formarea mea ca cercetător.

Sincere mulţumiri distinşilor membrii ai comisiei, domnilor prof. univ. dr. ing. Nicolae Hurduc, prof. univ. dr. Jacques Desbrieres, prof. univ. dr. ing. Marcel Ionel Popa şi doamnei prof. univ. dr. ing. Florica Cristina Silvia Paţachia pentru amabilitatea şi disponibilitatea recenzării acestei teze de doctorat şi pentru sugestiile şi observaţiile formulate.

În mod special țin sa-i mulțumesc doamnei dr. ing. Silvia Vasiliu pentru încrederea acordată și de asemenea, pentru răbdarea, sprijinul și ajutorul oferit de-a lungul celor trei ani de colaborare.

Mulţumiri călduroase întregului colectiv al Laboratorului de Polimeri Funcţionali din Institutul de Chimie Macromoleculară "Petru Poni" din Iaşi alături de care mi-am desfăşurat cea mai mare parte a activităţii de cercetare şi totodată, mulţumiri colegilor din cadrul Facultăţii de Inginerie Chimică şi Protecţia Mediului. Vă sunt recunoscătoare tuturor pentru colaborările frumoase, pentru susţinerea morală şi pentru prietenia oferită.

Lianei, care a avut dreptate (ca de obicei)... Calendarul maiaş a dat greş, Pământul nu se învârte invers, iar de vreun asteroid nici nu se pune problema. Merci fain pentru tot.

În final, vreau sa mulţumesc din suflet mamei şi fratelui meu cărora le dedic aceste realizări şi fără de care totul ar fi imposibil.

# CUPRINS

INTRODUCERE	6
Cap. 1: STUDIU BIBLIOGRAFIC	8
1.1. Microparticule polimere-Definiție. Clasificare	8
1.2. Microparticule polimere pe bază de polimeri naturali și	
sintetci	9
1.3. Metode de preparare a microparticulelor	10
1.3.1. Gelifiere ionotropă	10
1.3.2. Metoda coacervării	11
1.3.3. Evaporarea solventului	11
1.3.4. Extracție de solvent	12
1.3.5. Pulverizarea/uscarea	13
1.3.6. Microîncapsularea în fază inversă	13
1.3.7. Tehnici de polimerizare	14
1.3.7.1. Polimerizarea interfacială	14
1.3.7.2. Polimerizarea în masă	14
1.3.7.3. Polimerizarea în dispersie	14
1.3.7.4. Polimerizarea în emulsie	15
1.3.7.5. Polimerizarea în suspensie	17
1.3.7.5.1. Descrierea procesului de polimerizare în suspensie	18
1.3.7.5.2. Cinetica procesului de polimerizare în suspensie	20
1.3.7.5.3. Formarea particulelor cu structură poroasă	21
1.4. Aplicații ale microparticulelor polimere	25
1.4.1. Aplicații biomedicale	25
1.4.1.1. Aspecte generale ale sistemelor cu eliberare controlată.	
Clasificare	25
1.4.1.2. Tipuri de sisteme purtătoare de medicamente în funcție de	
mecanismul și cinetica de eliberare	30
1.4.1.2.1. Sisteme cu eliberare controlată prin difuzie	30
1.4.1.2.2. Sisteme cu eliberare controlată prin eroziune și	
degradare	37
1.4.1.2.3. Sisteme cu eliberare controlată prin osmoză	40
1.4.1.2.4. Sisteme cu eliberare controlată prin schimb ionic	41
1.4.1.3. Sisteme cu eliberare de medicamente sub formă de	
microparticule	42
1.4.1.3.1. Materiale utilizate în prepararea suporturilor	
microparticulate	45
1.4.1.3.2. Polimeri acrilici si metacrilici pentru prepararea de sisteme	
purtătoare de medicamente	50
5	

1.4.2. Aplicații biotehnologice	55
1.4.2.1. Imobilizarea de enzime	56
1.4.2.1.1. Imobilizarea prin legare pe suport	58
1.4.2.1.2. Imobilizarea prin entrapare	68
1.4.2.1.3. Imobilizarea prin reticulare	71
Cap. 2: MATERIALE, TEHNICI EXPERIMENTALE ȘI METODE DE	
CARACTERIZARE	73
2.1. Materiale	73
2.1.1. Monomeri	74
2.1.2. Polimeri naturali	76
2.1.3. Agenti de stabilizare si sistemul de initiere	79
2.1.4. Agenti porogeni	80
2.1.5. Alti reactivi	80
2.1.6. Substante biologic active.	82
2.2. Metode de obtinere	83
2.2.1. Prepararea microparticulelor poroase pe bază de glicidil metacrilat	
si a particulelor poroase pe bază de glicidil metacrilat si	
polizaharide	83
2.2.1.1. Prepararea microparticulelor pe bază de glicidil metacrilat	83
2.2.1.2. Prepararea microparticulelor pe bază de glicidil metacrilat si	
polizaharide	83
2.2.2. Prepararea răsinilor schimbătoare de ioni	85
2.2.2.1. Sinteza particulelor pe bază de etilenglicol dimetacrilat, acrilonitril	
si acrilat de etil	85
2.2.2.2. Sinteza particulelor pe bază de EGDMA-AN-EA si gelan	86
2.2.2.3. Sinteza copolimerilor EGDMA-AN-EA-Fe <sub>3</sub> O <sub>4</sub>	87
2.2.3. Prepararea sistemelor polimer-principiu activ	87
2.3. Metode de caracterizare	89
2.3.1. Spectroscopia FT-IR	89
2.3.2. Microscopia electronică de baleiai	89
2.3.3. Microscopia de fortă atomică	90
2.3.4. Analiza termogravimetrică	91
2.3.5. Analiza dimensională a particulelor prin difractometrie laser	91
2.3.6. Sorbtia dinamică de vapori	92
2.3.7. Metoda titrimetrică HCl-dioxan pentru determinarea continutului de	
grupe epoxi	92
2.3.8. Determinarea volumului porilor și a porozității	93
2.3.9. Gradul de umflare, hidrofilia si capacitatea de retinere de	_
solvenți	94

2.3.10. Determinarea capacității de schimb ionic
2.3.11. Determinarea gradului de încărcare și eiberare a substanței
biologic active
Cap. 3: SISTEME POLIMER-MEDICAMENT PE BAZĂ DE GLICIDIL
METACRILAT ȘI XANTAN
3.1. Sinteza microparticulelor pe bază de glicidil metacrilat și
xantan
3.2. Caracterizarea structurală și morfologică a microparticulelor 10
3.2.1. Spectroscopia FT-IR
3.2.2. Microscopia electronică de baleiaj (SEM) 10
3.2.3. Microscopia de forță atomică
3.2.4. Distributia dimensională a microparticulelor
3.2.5. Metode de caracterizare a structurilor poroase
3.2.6. Sorbția dinamică de vapori
3.2.7. Hidrofilia și capacitatea de reținere de solvenți 1
3.2.8. Conținutul de grupe epoxi
3.2.9. Analiza termogravimetrică
3.3. Obținerea sistemelor polimer-medicament
Cap. 4: SISTEME POLIMER-MEDICAMENT PE BAZĂ DE GLICIDIL
METACRILAT ȘI CHITOSAN
4.1. Sinteza microparticulelor pe bază de glicidil metacrilat și
chitosan13
4.2. Caracterizarea structurală și morfologică a microparticulelor pe bază
de glicidil metacrilat și chitosan 13
4.2.1. Spectroscopia FT-IR 13
4.2.2. Conţinutul de grupe epoxi 13
4.2.3. Gradul de umflare și capacitatea de reținere de solvenți a
microparticulelor
4.2.4. Microscopia electronică de baleiaj 14
4.2.5. Microscopia de forță atomică 14
4.2.6. Distribuția dimensională 14
4.2.7. Sorbția dinamică de vapori 14
4.2.8. Determinarea porozității și a volumului porilor 14
4.2.9. Analiza termogravimetrică 14
4.3. Obținerea sistemelor polimer-medicament 14
Cap. 5: SISTEME POLIMER-MEDICAMENT PE BAZĂ DE GLICIDIL
METACRILAT ŞI GELAN
5.1. Sinteza microparticulelor pe bază de glicidil metacrilat și
gelan 1t

5.2. Caracterizarea structurală și morfologică a microparticulelor 156
5.2.1. Spectroscopia FT-IR
5.2.2. Determinarea conținutului de grupe epoxi 157
5.2.3. Microscopia electronică de baleiaj 158
5.2.4. Microscopia de forță atomică 162
5.2.5. Distribuția dimensională a microparticulelor
5.2.6. Metode de caracterizare a structurilor poroase
5.2.7. Sorbția dinamică de vapori
5.2.8. Analiza termogravimetrică
5.3. Obținerea sistemelor polimer-medicament 173
Cap. 6: SISTEME POLIMER-MEDICAMENT PE BAZĂ DE
SCHIMBĂTORI DE IONI ȘI GELAN
6.1. Sinteza microparticulelor pe bază de schimbători de ioni acrilici și
gelan
6.2. Caracterizarea structurală și morfoligică a microparticulelor 180
6.2.1. Spectroscopia FT-IR
6.2.2. Microscopia electronică de baleiaj și microscopia de forță atomică 182
6.2.3. Analiza termogravimetrică
6.3. Studii de adsorbție a medicamentelor
6.3.1. Influența concentrației soluției apoase de medicament 185
6.3.2. Influența temperaturii
6.3.3. Cinetica de adsorbţia 187
6.3.3.1. Modelul cinetic de ordinul I 187
6.3.3.2. Modelul cinetic de ordinul II 189
6.3.3.3. Modelul Elovich
6.3.3.4. Modelul difuziei intraparticulă Weber-Moris
6.3.4. Izotermele de adsorbţie 194
6.3.4.1. Izoterma Langmuir
6.3.4.2. Izoterma Freundlich 197
6.3.4.3. Izoterma Temkin
6.3.5. Estimarea parametrilor termodinamici 199
6.4. Studii de eliberare a medicamentelor
Cap. 7: IMOBILIZAREA ENZIMELOR PE SUPORTURI
SCHIMBĂTOARE DE IONI
7.1. Prepararea rășinilor schimbătoare de ioni pe bază de polimeri acrilici
pentru imobilizarea de enzime
7.1.1. Reacția de aminoliză a copolimerilor reticulați 207
7.2. Caracterizarea schimbătorilor de ioni acrilici 208
7.2.1. Spectroscopia FT-IR

7.2.2. Determinarea capacității de schimb ionic	209
7.2.3. Gradul de umflare în apă	209
7.2.4. Analiza termogravimetrică	210
7.3. Obţinerea sistemelor polimer-substanţă biologic activă	212
7.3.1. Influența concentrației substratului asupra activității enzimatice	215
7.3.2. Influența temperaturii asupra activității enzimatice și a gradului de	
transformare	217
7.3.3. Influența pH-lui asupra activității enzimatice	218
CONCLUZII	219
BIBLIOGRAFIE	224
VALORIFICAREA REZULTATELOR CERCETĂRII	249

Rezumatul cuprinde principalele rezultate originale. Numerotarea capitolelor, figurilor, tabelelor și ecuațiilor precum și a referințelor bibliografice corespunde cu cea din teza de doctorat.

#### INTRODUCERE

În ultimile decenii s-a constatat o creștere a interesului cu privire la studiile efectuate în domeniul transportului de medicamente de către polimerii sintetici, naturali sau combinații ale acestora, precum și a utilizării acestor tipuri de suporturi pentru obținerea de noi preparate enzimatice.

Combinarea celor două categorii de compuşi macromoleculari urmăreşte obţinerea unor structuri care să posede pe de o parte stabilitatea chimică şi rezistenţa la valori extreme de pH şi temperatură ale compuşilor sintetici cât şi caracteristicile speciale ale polimerilor naturali precum bioadezivitatea, biocompatibilitatea şi biodegradabilitatea.

În ceea ce privește forma de prezentare, tehnologiile actuale permit obținerea de sisteme polimer-substanță biologic activă cu forme din cele mai diverse, de la filme, geluri și hidrogeluri, tablete sau soluții injectabile până la sisteme particulate micro- și nanometrice.

Dintre acestea, sistemele sub formă de particule posedă cea mai mare pondere datorită numeroaselor avantaje pe care le prezintă din punct de vedere al modului de administrare.

Prezenta lucrare are ca obiectiv principal prepararea de noi suporturi sub formă de microparticule, pe bază de polimeri naturali și sintetici, în vederea elaborării de sisteme cu eliberare susținută/controlată de medicamente sau pentru obținerea de noi preparate enzimatice cu aplicații în biocataliză.

Lucrarea este structurată pe şapte capitole, după cum urmează:

**Capitolul 1** constituie studiul bibliografic, prezentând succint stadiul actual al cercetării și trecând în revistă principalele metode de obținere ale microparticulelor și aplicațiile biomedicale și biotehnologice la care acestea se pretează.

**Capitolul 2** detaliază materialele și tehnicile experimentale utilizate pentru prepararea sistemelor polimer-principiu biologic activ, precum și metodele de analiză întrebuințate pentru caracterizarea acestora.

În Capitolele 3-7 sunt descrise contribuțiile proprii privind prepararea și caracterizarea unor sisteme sub formă de microparticule cu potențiale aplicații în medicină și biotehnologie. Astfel:

**Capitolul 3** tratează obținerea și caracterizarea de sisteme polimermedicament pe bază de glicidil metacrilat (GMA) și GMA și xantan.

**Capitolul 4** prezintă obținerea și caracterizarea de sisteme polimermedicament sub formă de particule, pe bază de glicidil metacrilat și chitosan.

**Capitolul 5** descrie obținerea și caracterizarea de noi sisteme particulate pe bază de glicidil metacrilat și gelan.

**Capitolul 6** descrie sisteme polimer-medicament sub formă de particule cu dimensiuni micrometrice, pe bază de schimbători de ioni acrilici și gelan.

**Capitolul 7** prezintă noi preparate enzimatice, obţinute prin imobilizarea αamilazei pe răşini schimbătoare de ioni sub formă de microparticule.

Biomaterialele obținute în cadrul tezei au fost analizate din punct de vedere structural, morfologic, al rezistenței la degradare termică, al capacității de umflare în apă, precum și a capacității de reținere de solvenți.

De asemenea, capacitatea sistemelor de a reţine şi a elibera principii biologic active a fost studiată prin utilizarea unor medicamente hidrosolubile cum ar fi: teofilina, cloramfenicolul hemisuccinat de sodiu sau cefuroximul sare de sodiu, sau a unor enzime, ca de exemplu  $\alpha$ -amilaza.

În final, lucrarea de doctorat este completată de o parte de Concluzii, la care se adaugă o serie de trimiteri Bibliografice.

# OBIECTIVE

**Obiectivul principal** al lucrării de doctorat îl constituie prepararea unor noi suporturi sub formă de microparticule pe bază de polimeri naturali și sintetici pentru obținerea de sisteme cu eliberare susținnută/controlată de medicamente sau preparate enzimatice.

În vederea realizării acestui obiectiv principal, a fost necesară îndeplinirea unor **obiective specifice**, după cum urmează:

- Prepararea unor noi suporturi poroase microparticulate pe bază de glicidil metacrilat şi polizaharide prin tehnica polimerizării în suspensie;
- Obţinerea de noi răşini schimbătoare de ioni pe bază de polimeri acrilici pentru aplicaţii biotehnologice;
- Studiul influenţei anumitor parametri asupra morfologiei şi dimensiunilor microparticulelor polimere (grad de reticulare, cantitate de reticulant, viteză de agitare, tipul diluentului);
- Caracterizarea suporturilor nou peparate cu ajutorul unor tehnici moderne de analiză: spectroscopie FT-IR, microscopie electronică de baleiaj, microscopie de forţă atomică, sorbţie dinamică de vapori, analiză termogravimetrică, etc.;
- Obţinerea unor noi sisteme cu eliberare controlată de medicamente;
- Obţinerea unor noi sisteme biocatalitice prin imobilizare de enzime;
- Caracterizarea structurală, morfologică şi fizico-chimică a sistemelor ce conţin principii biologic active;
- Determinarea capacităţii de includere/eliberare a principiilor biologic active.

# CAPITOLUL 3 SISTEME POLIMER-MEDICAMENT PE BAZĂ DE GLICIDIL METACRILAT ȘI XANTAN

## 3.1. Sinteza microparticulelor pe bază de glicidil metacrilat și xantan

Prin polimerizare în suspensie apoasă s-au preparat două tipuri de rețele sub formă de microparticule:

- Microparticule G obţinute în urma polimerizării monomerilor metacrilici şi dimetacrilici;
- Microparticule X obţinute prin grefarea xantanului în timpul reacţiei de polimerizare reticulantă dintre glicidil metacrilat şi monomerii dimetacrilici.

Reacțiile implicate în obținerea celor două categorii de microparticule sunt ilustrate în Schema 2 (a) și (b):





Schema 2. Reacțiile generale de obținere a microparticulelor pe bază de glicidil metacrilat (a) și a microparticulelor pe bază de glicidil metacrilat și xantan (b)

Cele două reacții evidențiază faptul că microparticulele poroase au fost obținute printr-un proces de polimerizare radicalică reticulantă. Astfel, prin încălzirea amestecului la temperatura de 78°C, peroxidul de benzoil s-a descompus în radicali care au inițiat procesul de polimerizare radicalică dând naștere la macroradicali ce au reacționat între ei formând în final structuri tridimensionale. În cazul microparticulelor pe bază de glicidil metacrilat și xantan, alături de peroxidul de benzoil a fost introdus în sistem un al doilea inițiator radicalic corespunzător xantanului. Astfel, persulfatul de amoniu adăugat în faza apoasă a determinat formarea de macroradicali de xantan ce au reacționat ulterior fie cu macroradicalii proveniți de la desfacerea legăturilor duble rămase nereacționate ale monomerilor dimetacrilici fie cu restul

macroradicalilor prezenți în sistem. S-au obținut în final rețele polimerice în care xantanul este legat covalent prin intermediul unor noi legături eterice.

Protocolul experimental respectat pentru prepararea celor două seturi de microparticule este ilustrat în Tabelul 8. Pentru obținerea de microparticule poroase s-a utilizat drept agent porogen toluenul.

Serie	Cod probă	Reticulant	Raport GMA/Reticulant (mol/mol)	Raport Mon/Xan (g/g)	Viteză de rotație r.p.m.	Diluție
	G <sub>1</sub>	EGDMA				
	G <sub>2</sub>	DEGDMA	90/10			
	G₃	TEGDMA				
	$G_4$	EGDMA				
	G₅	DEGDMA	80/20			
G	G <sub>6</sub>	TEGDMA		_		
U	<b>G</b> 7	EGDMA		_		
	G <sub>8</sub>	DEGDMA	70/30		360	0,5
	G۹	TEGDMA				
	<b>G</b> 10	EGDMA				
	<b>G</b> <sub>11</sub>	DEGDMA	50/50			
	<b>G</b> <sub>12</sub>	TEGDMA				
	<b>X</b> <sub>1</sub>	EGDMA				
	<b>X</b> <sub>2</sub>	DEGDMA	90/10			
	X <sub>3</sub>	TEGDMA				
	<b>X</b> 4	EGDMA				
	<b>X</b> 5	DEGDMA	80/20			
v	<b>X</b> 6	TEGDMA		22/1		
^	<b>X</b> 7	EGDMA		23/1		
	<b>X</b> 8	DEGDMA	70/30			
	X9	TEGDMA				
	<b>X</b> 10	EGDMA				
	<b>X</b> 11	DEGDMA	50/50			
	<b>X</b> 12	TEGDMA				

Tabel 8. Protocolul experimental pentru obținerea microparticulelor G și X

Randamentele de obținere a microparticulelor au avut valori cuprinse între 85 și 98%, valorile cele mai mari înregistrându-se în cazul microparticulelor în care reticulantul a fost etilenglicol dimetacrilat.

# 3.2. Caracterizarea structurală și morfologică a microparticulelor

3.2.1. Spectroscopia FT-IR

Spectrele FT-IR ale glicidil metacrilatului și ale celor trei reticulanți precum și spectrul xantanului sunt foarte bine cunoscute din literatură [254]. În urma analizelor efectuate s-a putut observa un profil similar al spectrelor pentru cele două seturi de microparticule. Astfel, au fost analizate spectrele pentru probele  $G_1$  și X<sub>1</sub>, reticulate cu etilenglicol dimetacrilat (EGDMA) (Figura 53).



Figura 53. Spectrele FT-IR ale microparticulelor G1 și X1

În cazul microparticulelor G<sub>1</sub>, spectrele FT-IR au pus în evidență prezența benzilor de absorbție specifice atât pentru glicidil metacrilat cât și pentru reticulant, după cum urmează: benzile de absorbție de la 3002,02 cm<sup>-1</sup> și 2952,84 cm<sup>-1</sup> corespund vibrațiilor de întindere specifice grupărilor >CH-; apariția unei benzi la numărul de undă 1730,75 cm<sup>-1</sup> este caracteristică grupărilor esterice prezente atât în structura GMA cât și a reticulantului; benzile de absorbție de la 1485,10 și 1452,31 cm<sup>-1</sup> indică prezența grupelor metilenice în structură; benzile de absorbție de la 1262,37 și 1150,47 cm<sup>-1</sup> sunt specifice legăturilor eterice (C–O–C); iar banda de la 907,45 cm<sup>-1</sup> este caracteristică grupărilor epoxi prezente în structura glicidil metacrilatului.

În cazul microparticulelor X se poate observa o uşoară deplasare a benzilor de absorbție față de probele G, însă în general se constată o

similaritate a spectrelor. Datorită faptului că majoritatea benzilor de absorbție se suprapun pentru perechile de probe  $G_1 - X_1$ , pentru a evidenția prezența xantanului în structurile microparticulate s-a efectuat calculul ariilor benzilor caracteristice, cele mai importante valori fiind ilustrate în Tabelul 11.

Cod probă	A <sub>907 cm</sub> -1	A <sub>1630 cm</sub> -1	A <sub>1150 cm</sub> -1	A <sub>3400 cm</sub> <sup>-1</sup>
G <sub>1</sub>	2,88	0,80	23,37	29,96
<b>X</b> 1	4,89	1,00	48,28	37,94

**Tabel 11.** Ariile benzilor caracteristice specifice probelor G<sub>1</sub> şi X<sub>1</sub>

Pe baza datelor obținute se pot concluziona următoarele:

- în toate cazurile ariile benzilor corespunzătoare microparticulelor X sunt mai mari comparativ cu ariile benzilor microparticulelor G;
- se poate observa în cazul microparticulelor X o creştere a ariei de la 907 cm<sup>-1</sup>, acest lucru datorându-se faptului că xantanul joacă rol nu numai de participant la reacţie ci şi de stabilizator de suspensie, având o acţiune protectoare asupra grupărilor epoxidice şi împiedicând deschiderea lor în timpul reacţiei;
- pentru probele X se observă o creştere a ariei de la 1150 cm<sup>-1</sup>, corespunzătoare legăturilor eterice, ceea ce confirmă mecanismul de reacție propus în Schema 2 (b);
- în cazul microparticulelor X valoarea considerabil mai mari ale ariei benzii de absorbţie de la 3400 cm<sup>-1</sup> este datorată aportului de grupe hidroxilice ale xantanului.

Acelaşi comportament de constată și în cazul particulelor reticulate cu dietilenglicol dimetacrilat (DEGDMA) și trietilenglicol dimetacrilat (TEGDMA).

# 3.2.2. Microscopia electronică de baleiaj (SEM)

Una dintre principalele metode de caracterizare morfologică a particulelor o constituie microscopia electronică de baleiaj cu ajutorul căreia se pot investiga forma, dimensiunile și caracteristicile interne și de suprafață ale probelor.

Figurile 54, 55 și 56 ilustrează comparativ micrografiile probelor  $G_1$  și  $X_1$ ,  $G_2$  și  $X_2$  și respectiv  $G_3$  și  $X_3$  atât din punct de vedere al diferențelor de suprafață cât și a structurilor interne.



Figura 54. Micrografiile probelor G<sub>1</sub> și X<sub>1</sub>: a și b) detaliu de suprafață; c) detaliu al structurii interne a microparticulelor



Figura 55. Micrografiile probelor G<sub>2</sub> și X<sub>2</sub>: a și b) detaliu de suprafață; c) detaliu al structurii interne a microparticulelor



Figura 56. Micrografiile probelor G<sub>3</sub> și X<sub>3</sub>: a și b) detaliu de suprafață; c) detaliu al structurii interne a microparticulelor

Microscopia electronică de baleiaj evidenţiază faptul că microparticulele G şi X se caracterizează prin morfologii poroase, formă sferică, bine definită şi dimensiuni micrometrice. Diferenţele ce apar între morfologiile suprafeţelor celor două seturi de probe (cu şi fără xantan) indică faptul că polizaharida reacţionează cu monomerii metacrilici formând o nouă structură polimeră reticulată, respectând mecanismul propus anterior. Din micrografii se observă că introducerea xantanului în sistem conduce la formarea unor structuri tridimensionale ce prezintă pe suprafaţă un număr mai mare de pori însă cu dimensiuni mai mici.

Structurile interne ale microparticulelor G şi X relevă uşoare diferenţe între cele două seturi de probe, iar pentru probele X, micrografiile ilustrează o diferenţă între structura internă şi cea externă, această neuniformitate datorându-se faptului că macroradicalii de xantan prezenţi în sistem atacă în special legăturile duble nereacţionate ale monomerilor dimetacrilici legându-se preponderent la suprafaţa şi în straturile superficiale ale microparticulelor.

Prin modificarea regimului hidrodinamic în cazul probelor G<sub>1</sub> şi X<sub>1</sub>, mai exact prin creşterea vitezei de rotație de la 360 r.p.m. la 450 şi respectiv 600 r.p.m., se constată o descreştere a dimensiunilor particulelor, dar şi o scădere a stabilității mecanice (Figura 58).



Figura 58. Infuența vitezei de rotație asupra morfologiei particulelor

Influența naturii reticulantului asupra caracteristicilor morfologice ale probelor G<sub>1</sub>, G<sub>2</sub>, G<sub>3</sub> și respectiv X<sub>1</sub>, X<sub>2</sub>, și X<sub>3</sub> este evidențiată în Figurile 54-56. Prin creșterea lanțului polimeric al reticulantului, în cazul microparticulelor X se constată obținerea unor particule cu suprafețe din ce în ce mai rugoase, acest lucru fiind datorat complexității proceselor de reticulare însoțite, în cazul dietilenglicol dimetacrilatului și în special a trietilenglicol dimetacrilatului, de numeroase procese de ciclizare internă [32].

# 3.2.3. Microscopie de forță atomică

Diferențele de morfologie dintre cele două seturi de microparticule au fost evaluate cu ajutorul microscopiei de forță atomică.

Micrografiile prezentate în Figurile 62, 63 și 64 vin în acord cu analiza SEM, confirmând deosebirile existente între microparticulele pe bază de GMA și cele pe bază de GMA și XAN.

S-a constatat că prezența xantanului în structură conduce la o scădere a rugozității precum și a dimensiunilor porilor de pe suprafață (Tabel 12).



Figura 62. Imagini AFM pentru probele G1 și X1



Figura 63. Imagini AFM pentru probele G2 și X2



Figura 64. Imagini AFM pentru probele G<sub>3</sub> și X<sub>3</sub>

Informațiile obținute din AFM au fost prelucrate utilizând programul NT-MDT NOVA, cu ajutorul căruia s-au calculat parametrii caracteristici suprafeței microparticulelor (Tabel 12) cum ar fi: rugozitatea medie (S<sub>a</sub>), rădăcina medie pătrată a rugozității (S<sub>q</sub>), asimetria distribuției înălțimilor pe suprafață (S<sub>sk</sub>) și excesul înălțimilor de pe suprafață (S<sub>ku</sub>).

Cod probă	S <sub>a</sub> (nm)	S <sub>q</sub> (nm)	S <sub>sk</sub>	S <sub>ku</sub>	D <sub>med</sub> (nm)
G <sub>1</sub>	273,48	354,72	-0,545	0,778	431
G <sub>2</sub>	99,36	126,57	-0,393	0,713	353
G <sub>3</sub>	240,53	297,83	-0,043	0,298	340
<b>X</b> 1	52,29	65,22	-0,414	0,146	157
X <sub>2</sub>	75,45	98,46	-0,057	0,433	275
X <sub>3</sub>	227,27	287,03	-0,038	0,247	329

Tabel 12.	Parametrii	specifici	caracteris	sticilor de	e suprafaţă	ale mic	roparticulelor
	G	şi X dete	rminați cu	ajutorul	analizei AF	M	

Valorile negative calculate pentru parametrul  $S_{sk}$  indică obținerea unor microparticule poroase, în timp ce valorile  $S_{ku}$  mai mici de 3 sugerează obținerea unor structuri cu suprafețe neregulate și cu numeroase asperități.

Forma și dimensiunile porilor au fost investigate prin determinarea factorilor de formă și elongație (Tabel 13). Astfel, cei doi parametri au fost calculați cu ajutorul ecuațiilor 37 și 38:

$$f_{forma} = \frac{4 \cdot \pi \cdot A}{1.064P^2}$$
(37)  
$$f_{elongatie} = \frac{D_{\min}}{D}$$
(38)

unde: A – aria porilor, P – perimetrul porilor,  $D_{min}$  – diametrul minim Feret,  $D_{max}$  – diametrul maxim Feret.

Cod probă	f <sub>formă</sub>	f <sub>elongație</sub>
G1	0,501	0,174
G <sub>2</sub>	0,482	0,222
G3	0,460	0,172
<b>X</b> <sub>1</sub>	0,198	0,248
X <sub>2</sub>	0,537	0,251
X <sub>3</sub>	0,658	0,179

Tabel 13. Valorile factorilor de formă și de elongație

În urma calculelor efectuate, cei doi factori prezintă valori cuprinse în intervalele 0,198 – 0,658 și respectiv 0,172 – 0,251 relevând prezența pe suprafață a unor pori cu formă eliptică și contur neregulat [270].

#### 3.2.4. Distribuția dimensională a microparticulelor

Dimensiunile particulelor și distribuția lor dimensională a fost analizată cu ajutorul difractometriei cu radiație laser. Figura 65 evidențiază o descreștere a dimensiunilor și a polidispersității dimensionale pentru microparticulele X în comparație cu microparticulele G, acest lucru fiind datorat prezenței în structură a polizaharidei. Datorită vâscozității ridicate a xantanului chiar și la temperaturi mai înalte, acesta îndeplinește în timpul procesului de sinteză rolul de stabilizator al sistemului de reacție asigurând în final o polidispersitate scăzută și dimensiuni mai mici ale perlelor.



Figura 65. Distribuția dimensională a microparticulelor G1, X1; G2, X2 și G3, X3

# 3.2.5. Metode de caracterizare a structurilor poroase

Pentru microparticulele pe bază de glicidil metacrilat şi xantan atât porozitatea cât şi volumul porilor au fost calculate din densitățile specifice şi respectiv aparente cu ajutorul relațiilor 39 şi 40:

$$P = 100 \bullet \left(1 - \frac{\rho_{ap}}{\rho_{sp}}\right) \%$$
(39)  
$$VP = \frac{1}{\rho_{ap}} - \frac{1}{\rho_{sp}} \left(mlg^{-1}\right)$$
(40)

În cazul suprafeței specifice, aceasta s-a determinat prin metoda BET cu ajutorul curbelor de sorbție-desorbție obținute prin metoda sorbției dinamice de vapori.

Deoarece obiectivul acestei lucrări a fost acela de a sintetiza noi suporturi pentru reținerea de principii active, iar cele mai bune rezultate au fost obținute pentru microparticulele pe bază de glicidil metacrilat și pe bază de glicidil metacrilat și xantan cu un raport molar între GMA și reticulant de 90:10, în Tabelul 14 sunt ilustrate valorile obținute pentru seturile de probe  $G_1 - X_1$ ,  $G_2 - X_2$  și respectiv  $G_3 - X_3$ .

Codul probei	VP (mL/g)	P (%)	S <sub>BET</sub> (m²/g)
G <sub>1</sub>	0,598	44,32	69
G2	0,524	41,01	49
G3	0,450	35,28	31
<b>X</b> 1	0,425	35,63	129
X2	0,233	22,37	50
X <sub>3</sub>	0,176	17,68	44

 Tabel 14. Morfologia structurilor poroase

În cazul morfologiei structurilor poroase, principalii factori de influență sunt:

- tipul monomerilor;
- concentraţia de monomeri;
- tipul agentului porogen;
- > cantitatea de agent porogen utilizată.

Atât în cazul microparticulelor G cât și al microparticulelor X se observă o descreștere a porozității și a volumului porilor odată cu creșterea catenei reticulantului. Tabelul 14 evidențiază o porozitate mai mare obținută în cazul probelor G<sub>1</sub> și X<sub>1</sub>, ce descrește progresiv odată cu creșterea lanțului dimetacrilic al reticulantului. Acest comportament este datorat complexității mecanismelor de polimerizare ce includ reacții inter- și intramoleculare precum și reacții de ciclizare ce pot să apară chiar din primele stadii ale procesului de copolimerizare. Prin creșterea lanțului monomerului dimetacrilic de la etilenglicol la dietilenglicol și în final la trietilenglicol dimetacrilat are loc o creștere a flexibilității lanțului polimeric ceea ce conduce la un număr mai mare de reacții de ciclizare în timpul procesului de sinteză. Aceste fenomene determină formarea unor structuri mult mai dense și mai compacte caracterizate printr-o porozitate mai scăzută și un volum al porilor mai mic.

Pentru microparticulele pe bază de xantan, prezența acestuia în structură conduce la o descreștere a porozității și la o creștere a suprafeței specifice. Obținerea unor suprafețe specifice mai mari este datorată faptului că microparticulele X posedă un număr mai mare de pori cu dimensiuni mici comparativ cu microparticulele G.

# 3.2.6. Sorbția dinamică de vapori

Sorbţia dinamică de vapori reprezintă o metodă extrem de simplă de determinare a izotermelor de sorbţie-desorbţie pentru diverse tipuri de materiale, forma izotermelor fiind în strânsă corelaţie cu dimensiunile şi caracteristicile structurale ale materialelor [272].

Figura 67 prezintă curbele de histerezis pentru probele G şi X obținute la temperatura de 25°C utilizând modelul cinetic BET, bazat pe ecuația de calcul 41:

$$W = \frac{W_m \bullet C \bullet RH}{(1 - RH) \bullet (1 - RH + C \bullet RH)}$$
(41)

unde: W – cantitatea de apă absorbită;  $W_m$  – cantitatea de apă ce formează un monostrat; C – constanta de sorbție; RH – umiditatea relativă.



Figura 67. Izotermele de sorbţie-desorbţie specifice microparticulelor G şi X: a) G<sub>1</sub>, X<sub>1</sub>; b) G<sub>2</sub>, X<sub>2</sub>; c) G<sub>3</sub>, X<sub>3</sub>

Conform clasificării IUPAC, izotermele de sorbție-desorbție pot fi asociate curbelor de tip V specifice materialelor hidrofobe sau slab hidrofile ce prezintă capacitate scăzută de sorbție la valori mici ale umidității relative și interacții slabe între sorbent și moleculele de apă. De asemenea, acest tip de izoterme este caracteristic structurilor poroase, cu pori interconectați, ce prezintă histerezis de tip H<sub>2</sub> între ciclurile de sorbție-desorbție [264, 273].

#### 3.3. Obținerea sistemelor polimer-medicament

Pentru obținerea sistemelor polimer-principiu biologic activ, ca medicament model s-a ales teofilina, iar ca metodă de reținere a substanței active includerea în rețeaua polimeră. În urma rezultatelor obținute din analizele structurale și morfologice efectuate pe cele două seturi de particule, suporturile G<sub>1</sub> și X<sub>1</sub> au demonstrat a fi potrivite pentru reținerea și eliberarea controlată a medicamentului.

Prezența teofilinei în structurile microparticulate a fost evidențiată cu ajutorul spectroscopiei de absorbție în infraroșu, iar eficiența de încapsulare pentru cele două sisteme a fost determinată prin calculul conținutului de N<sub>2</sub> cu ajutorul analizei elementale cantitative.

De asemenea, sistemele particulate notate G<sub>1</sub>TPH şi X<sub>1</sub>TPH au fost analizate prin microscopie electronică de baleiaj și microscopie de forță atomică.

Capacitatea sistemelor de a elibera principiul activ a fost studiată atât la un pH de 1,2 cât și la un pH de 7,4, cele patru curbe de eliberare fiind ilustrate în Figura 76. În condiții de pH = 7,4 se constată o capacitate de eliberare mai bună datorată relaxării lanţurilor polimerice și a unui grad de umflare mai crescut în soluția tampon fosfat.



Figura 76. Curbele de eliberare pentru probele G<sub>1</sub>TPH și X<sub>1</sub>TPH la pH = 1,2 și pH = 7,4

Analiza cineticii de eliberare a teofilinei din microparticulele G şi X a fost efectuată cu ajutorul a patru modele matematice: modelul de ordin I, modelul Korsmeyer-Peppas, modelul Higuchi şi modelul Baker-Lonsdale [277].

Spre exemplificare, în Figura 78 sunt reprezentate cineticile de eliberare a teofilinei studiate cu ajutorul modelelor matematice Korsmeyer-Peppas şi Higuchi.



Figura 78. Cineticile de eliberare specifice microparticulelor G şi X utilizând modelul Korsmeyer-Peppas şi modelul Higuchi

Se cunoaște din literatură că procesul de eliberare a medicamentelor este dependent de o serie de factori cum ar fi: proprietățile fizico-chimice ale microparticulelor, metoda de preparare și dimensiunea microparticulelor [278].

Valorile parametrilor cinetici ale procesului de eliberare a teofilinei din microparticulele G şi X sunt prezentate în Tabelul 19.

Cod c		Model de ordin I		Model Higuchi		Model Korsmeyer- Peppas			Model Baker- Lonsdale	
proba	k <sub>1</sub> (h <sup>-1</sup> )	$R^2$	k <sub>H</sub> (h <sup>-1/2</sup> )	R <sup>2</sup>	k <sub>r</sub> (min⁻ʰ)	n	$R^2$	k <sub>BL</sub>	R <sup>2</sup>	
G₁TPH, pH = 1,2	0,097	0,998	20,17	0,995	0,0091	0,709	0,993	0,016	0,994	
G₁TPH, pH = 7,4	0,087	0,997	19,49	0,995	0,0089	0,700	0,989	0,015	0,993	
X <sub>1</sub> TPH, pH = 1,2	0,051	0,998	15,13	0,994	0,0028	0,811	0,993	0,008	0,994	
X <sub>1</sub> TPH, pH = 7,4	0,059	0,995	16,19	0,997	0,0065	0,732	0,992	0,010	0,996	

Tabel 19. Parametrii cinetici ai procesului de eliberare

Din evaluarea constantelor de viteză pentru toate cele 4 modele aplicate se poate observa că viteza de eliberare a teofilinei din microparticulele  $X_1$  este

mai mică decât cea pentru microparticulele  $G_1$ . Acest fenomen poate fi explicat prin prezența xantanului în structura microparticulelor  $X_1$  care poate interacționa cu teofilina prin intermediul interacțiunilor fizice de tipul legăturilor de hidrogen sau a legăturilor ionice. În cazul microparticulelor  $G_1$  medicamentul este reținut numai în porii rețelei reticulate și din acest motiv poate fi eliberat mai repede. Exponentul difuzional, *n*, are valori mai mari decât 0,43 indicând faptul că mecanismul de eliberare a teofilinei este controlat atât de difuzie cât și de fenomenul de relaxare a lanțurilor polimerice. Deoarece valorile lui n sunt mai mici de 0,85 rezultă că microparticulele se umflă în mediul de eliberare dar nu prezintă fenomene de eroziune sau de dezintegrare.

# CAPITOLUL 4 SISTEME POLIMER-MEDICAMENT PE BAZĂ DE GLICIDIL METACRILAT ȘI CHITOSAN

Utilizând metoda polimerizării în suspensie au fost preparate o serie de suporturi pe bază de glicidil metacrilat şi chitosan respectând protocolul prezentat în Tabelul 20.

Cod probă	Reticulant	Raport GMA/Reticula nt (mol/mol)	Raport Mon/CHIT (g/g)	Agent porogen	Viteză de rotație r.p.m.	Diluție
<b>C</b> <sub>1</sub>	EGDMA					
<b>C</b> <sub>2</sub>	DEGDMA	90/10	23/1	Toluen	360	0,5
<b>C</b> <sub>3</sub>	TEGDMA					

**Tabel 20.** Protocolul experimental pentru sinteza microparticulelor pe bază deGMA și CHIT

Mecanismul de reacție este similar cu cel întâlnit în cazul microparticulelor X (Schema 4), constatându-se și în acest caz mai multe posibilități de grefare a polizaharidei pe lanțurile rețelei polimere (Schema 5).



Schema 5. Posibilități de grefare a chitosanului pe rețeaua polimeră

Spre deosebire de microparticulele pe bază de glicidil metacrilat și xantan, unde s-au obținut randamente mai mari comparativ cu microparticulele pe bază de polimeri sintetici, în cazul microparticulelor C, în urma reacțiilor de copolimerizare s-au determinat o serie de randamente cuprinse între 60 și 85%. Aceste valori mai mici ale randamentului pot fi datorate aparitiei unor reactii secundare cu formare de compuşi solubili în mediul de reacție care sunt îndepărtați în timpul purificării microparticulelor.

# 4.2. Caracterizarea structurală și morfologică a microparticulelor pe bază de glicidil metacrilat și chitosan

# 4.2.2. Continutul de grupe epoxi

Determinarea continutului de grupe epoxi pentru microparticulele pe bază de glicidil metactrilat și chitosan s-a realizat utilizând metoda titrimetrică HCI-dioxan si metoda regresiei liniare cu ajutorul spectroscopiei FT-IR. În Tabelul 22 sunt prezentate valorile grupelor functionale obtinute prin cele două metode de caracterizare alături de valorile teoretice specifice microparticulelor C.

Codul	% grupe epoxi						
probei	teoretic	titrare	FT-IR				
<b>C</b> <sub>1</sub>	25,10	20,25	24,51				
<b>C</b> <sub>2</sub>	24,37	18,01	21,69				
C <sub>3</sub>	23,69	15,29	17,83				

Tabel 22. Determinarea grupelor epoxi prin titrare și spectroscopie FT-IR

Din tabel se pot remarca uşoare diferenţe între valorile determinate prin calcul matematic din ecuaţiile curbelor de calibrare şi valorile teoretice pentru fiecare probă în parte. Aceste diferenţe se datorează deschiderii unui număr redus de cicluri epoxidice în timpul procesului de polimerizare, deschidere cauzată de mediul apos şi temperatura ridicată la care se lucrează. Utilizarea metodei titrimetrice conduce la obţinerea unor valori inferioare comparativ cu cele teoretice. Chiar şi la un conţinut mic de reticulant (10%), particulele se caracterizează printr-o rigiditate a lanţurilor polimerice ce nu permite pătrunderea în interior a acidului clorhidric. Deşi microparticulele C prezintă un conţinut mai ridicat în grupe epoxi comparativ cu microparticulele G, şi în acest caz se constată că metoda titrimetrică poate fi utilă pentru estimarea grupelor epoxi de pe suprafaţă şi din straturile superficiale în vederea unor eventuale reacții de modificare sau pentru reţinerea unor substanţe biologic active.

#### 4.2.4. Microscopia electronică de baleiaj

Caracteristicile morfologice ale microparticulelor pe bază de glicidil metacrilat și chitosan au fost studiate cu ajutorul microscopiei electronice de baleiaj. Figura 80 prezintă micrografiile specifice probelor C<sub>1</sub>, C<sub>2</sub> și C<sub>3</sub>, imaginile SEM pentru microparticulele G fiind ilustrate în Subcapitolul 3.2.2.

Analiza SEM relevă obținerea unor structuri poroase microparticulate, cu o formă sferică bine definită. Prin comparație cu micrografiile probelor  $G_1$ ,  $G_2$  și  $G_3$  ilustrate în Figurile 54, 55 șibrespectiv 56, microparticulele C se caracterizează prin morfologii diferite, datorate reacțiilor debbgrefare a chitosanului pe lanțurile polimerice.



Figura 80. Micrografii SEM pentru probele C1, C2 și C3

# 4.3. Obţinerea sistemelor polimer-medicament

În cazul microparticulelor C, capacitatea suporturilor macroporoase de a reține și a elibera principii active a fost evaluată utilizând ca medicament model cloramfenicol hemisuccinat de sodiu. Influența medicamentului asupra morfologiei particulelor poroase a fost pusă în evidență prin intermediul microscopiei electronice de baleiaj. Micrografiile SEM, prezentate în Figura 85 evidențiază structura poroasă a microparticulelor polimere. De asemenea, imaginile relevă obținerea unor particule caracterizate printr-o formă sferică, bine definită și cu diametre de ordin micrometric.



Figura 85. Micrografiile SEM pentru probele G1CPH și C1CPH

Prin calcularea conţinutului de clor din analiza elementală s-a putut determina o eficienţă de încapsulare a CPH de 37% pentru proba G<sub>1</sub>CPH şi 42% pentru proba C<sub>1</sub>CPH. Ca şi în cazul sistemelor X-teofilină, valoarea uşor mai ridicată a eficienţei de încapsulare pentru proba C<sub>1</sub>CPH este datorată prezenţei chitosanului în structura microparticulelor, ştiut fiind faptul că chitosanul este o polizaharidă cationică ce poate interacţiona cu medicamentul prin intermediul legăturilor ionice. Curbele de eliberare ale medicamentului la pH = 1,2 şi 7,4 sunt prezentate în Figura 87.

Din analiza valorilor parametrilor cinetici ai procesului de eliberare a cloramfenicolului hemisuccinat de sodiu din microparticulele G<sub>1</sub>CPH şi C<sub>1</sub>CPH se pot trage următoarele concluzii:

♦ eliberarea medicamentului din microparticulele C<sub>1</sub>CPH se realizează cu viteze mai mici decât în cazul microparticulelor G<sub>1</sub>CPH datorită prezenței polizaharidei în structura microparticulelor C ce determină formarea de interactiuni ionice, puternice, între medicament și suport.

♦ exponentul difuzional, n, determinat prin metoda Korsmeyer-Peppas are valori cuprinse între 0,640 și 0,831 indicând faptul că mecanismul de eliberare al CPH este controlat atât de difuzie cât și de fenomenul de relaxare a lanţurilor polimerice.



Figura 87. Curbele de eliberare pentru probele G<sub>1</sub>CPH și C<sub>1</sub>CPH la pH = 1,2 și pH = 7,4

# CAPITOLUL 5 SISTEME POLIMER-MEDICAMENT PE BAZĂ DE GLICIDIL METACRILAT ȘI GELAN

# 5.1. Sinteza microparticulelor pe bază de glicidil metacrilat și gelan

Microparticulele polimere pe bază de glicidil metacrilat și gelan s-au obținut prin polimerizare în suspensie apoasă. Astfel, s-au preparat trei seturi de microparticule poroase, după cum urmează:

 $\square$  un prim set obținut prin reticularea GMA cu cei trei monomeri dimetacrilici notat G<sub>xa</sub> (x= 1, 2, 3);

 $\Box$  un al doilea set obținut prin grefarea gelanului la macroradicalii obținuți prin scindarea dublelor legături în timpul procesului de copolimerizare, notat GG<sub>xa</sub> (x = 1, 2, 3);

□ un al treilea set obținut prin grefarea gelanului la grupele epoxi aflate pe suprafaţa microparticulelor, după procesul de copolimerizare, notat GG<sub>xa</sub> (x = 4, 5, 6).

Programul experimental respectat pentru obţinerea microparticulelor poroase este ilustrat în Tabelul 33.

**Tabel 33.** Program experimental pentru obținerea microparticulelor pe bază deGMA și GEL

Serie	Cod probă	Reticulan t	Raport GMA/Reti culant (mol/mol)	Raport Mon/G EL(g/g)	Raport particule/ GEL (g/g)	Agent porogen	Viteză de rotație r.p.m.	Diluție
	G <sub>1a</sub>	EGDMA						
G	G <sub>2a</sub>	DEGDMA	90/10	-	-			
	G <sub>3a</sub>	TEGDMA						
	GG <sub>1a</sub>	EGDMA				A a a tat da		
	GG <sub>2a</sub>	DEGDMA	90/10	1/23	-	Acelal de	360	0,5
66	GG <sub>3a</sub>	TEGDMA				n-butii		
66	GG <sub>4a</sub>	EGDMA						
	GG <sub>5a</sub>	DEGDMA	90/10	-	1/1			
	GG <sub>6a</sub>	TEGDMA						

Reacțiile generale de obținere a suporturilor poroase pe bază de GMA și GEL sunt prezentate în Schema 6.





b)

Schema 6. Reacțiile generale de obținere a suporturilor poroase a) grefarea gelanului prin scindarea dubelor legături în timpul sintezei; b) grefarea gelanului pe suprafata particulelor prin deschiderea ciclurilor epoxi

# 5.2. Caracterizarea structurală și morfologică a microparticulelor 5.2.1. Spectroscopia FT-IR

Caracterizarea structurală a celor trei tipuri de microparticule polimere s-a efectuat prin spectroscopie de absorbție în infraroşu.

Figura 90 prezintă spectrele FT-IR pentru probele  $G_{1a}$ ,  $GG_{1a}$  și  $GG_{4a}$ , reticulate cu etilenglicol dimetacrilat. Apariția unor noi benzi de absorbție la 1637,47, 1541,03, 1845,77 și 1870,84 cm<sup>-1</sup> în spectrul probei  $GG_{1a}$  demonstrează grefarea gelanului pe lanțurile macromoleculare în timpul reacției de copolimerizare.

Acoperirea microparticulelor  $G_{1a}$  cu un strat de polizaharidă, prin grefarea la grupele epoxi, conduce la obținerea probei  $GG_{4a}$ , al cărui spectru evidențiază apariția unor noi benzi de absorbție la numerele de undă de 1580,57, 1981,74, 2278,75 și 2391,59 cm<sup>-1</sup>, ce sunt specifice gelanului.



Figura 90. Spectrele FT-IR ale probelor G1a, GG1a și GG1a

#### 5.2.5. Distribuția dimensională a microparticulelor

Influența gelanului asupra dimensiunilor particulelor este evidențiată în Figura 97.

Se constă obținerea unor particule cu dimensiuni mai mici în cazul probelor în care gelanul a fost grefat pe lanţurile macromoleculare în timpul procesului de copolimerizare și a unor particule cu dimensiuni uşor mai mari pentru cazul în care gelanul a fost grefat la ciclurile epoxi de pe suprafaţa microparticulelor. Diametrele medii ale microparticulelor variază după cum urmează:

♦ G<sub>1a</sub> – 171 μm; GG<sub>1a</sub> – 142 μm; GG<sub>4a</sub> – 183 μm;

♦ G<sub>2a</sub> – 169 μm; GG<sub>2a</sub> – 150 μm; GG<sub>5a</sub> – 185 μm;

♦ G<sub>3a</sub> – 166 μm; GG<sub>3a</sub> – 153 μm; GG<sub>6a</sub> – 185 μm.



Figura 97. Distribuția dimensională a microparticulelor polimere

Diametrele mai mici obținute în cazul probelor  $GG_{1a}$ ,  $GG_{2a}$  și  $GG_{3a}$  în comparație cu probele  $G_{1a}$ ,  $G_{2a}$  și  $G_{3a}$  sunt o consecința a introducerii în sistem a gelanului ce joacă și rol de stabilizator alături de soluția de poli(alcool vinilic), iar diametrele mai mari corespunzătoare probelor  $GG_{4a}$ ,  $GG_{5a}$  și  $GG_{6a}$  sunt datorate stratului de polizaharidă ce acoperă microparticulele G.

#### 5.3. Obținerea sistemelor polimer-medicament

Pentru obținerea sistemelor cu eliberare susținută/controlată de medicamente

microparticulele au fost încărcate prin difuzie cu cefuroxim sare de sodiu (CFR), antibiotic din clasa cefalosporinelor de a II-a generație, utilizat în tratarea diferitelor infecții, dar și în stadiul inițial al bolii Lyme.

Cantitatea de medicament de suporturile poroase s-a determinat prin spectroscopie UV-VIS din curba etalon, valorile obţinute fiind trecute în Tabelul 40.

Codul probei	CFR (mg/g)
G <sub>1a</sub>	70,07
G <sub>2a</sub>	69,38
G <sub>3a</sub>	109,45
GG <sub>1a</sub>	130,38
GG <sub>2a</sub>	100,38
GG <sub>3a</sub>	144,14
GG <sub>4a</sub>	107,03
GG <sub>5a</sub>	103,93
GG <sub>6a</sub>	135,50

Tabel 40. Cantitatea de cefuroxim sare de sodiu încărcată prin difuzie

Deoarece cel mai bun randament de reținere s-a obținut pentru microparticulele  $G_{3a}$ ,  $GG_{3a}$  și  $GG_{6a}$ , studiile de eliberare ale principiul activ s-au efectuat pentru aceste probe atât la un pH de 1,2 cât și la un pH de 7,4. Curbele de eliberare sunt prezentate în Figura 103.



Figura 103. Curbele de eliberare pentru probele  $G_{3a}$ ,  $GG_{3a}$  și  $GG_{6a}$  la pH = 1,2 și pH = 7,4

Din evaluarea constantelor de viteză s-a observat că viteza de eliberare a cefuroximului sare de sodiu din microparticulele GG<sub>3a</sub> și GG<sub>6a</sub> este mai mică decât cea pentru microparticulele G<sub>3a</sub>. Acest fenomen poate fi explicat prin prezența gelanului în structura microparticulelor care poate interacționa cu medicamentul atât prin interacțiuni fizice de tipul legăturilor de hidrogen cât și prin legături ionice. Exponentul difuzional, n, obținut prin aplicarea modelului Korsmeyer-Peppas are valori cuprinse între 0,279 și 0,435 indicând faptul că mecanismul de eliberare a cefuroximului sare de sodiu este controlat printr-un proces de difuzie.

# CAPITOLUL 6 SISTEME POLIMER-MEDICAMENT PE BAZĂ DE SCHIMBĂTORI DE IONI ACRILICI ȘI GELAN

6.1. Sinteza microparticulelor pe bază de schimbătoari de ioni acrilici și gelan

Sinteza microparticulelor s-a realizat în două etape, după cum urmează:

- obţinerea schimbătorului de ioni acrilic (microparticule EGHH) prin reacţia de aminoliză cu hidrat de hidrazină a copolimerilor pe bază de acrilat de etil-acrilonitril-etilenglicol dimetacrilat (AE-AN-EGDMA), cu obţinerea unor microparticule de culoare roşu-carmin datorită apariţiei unor grupări cromofore între două grupări hidrazidice de pe lanţurile vecine. Copolimerul AE-AN-EGDMA sub formă de microparticule a fost obţinut prin tehnica polimerizării în suspensie;
- acoperirea microparticulelor EGHH cu un strat de polimer natural prin reacţia dintre schimbătorul de ioni acrilic în formă OH şi gelan (microparticule EGHH-GII).

Reprezentarea schematică a reacțiilor care au loc în cele două etape ale procesului de sinteză a microparticulelor este prezentată în Figurile 108 și 109.







Figura 109. Reacția de obținere a microparticulelor EGHH-GII

În urma reacției de obținere a microparticulelor EGHH-GII s-a constatat că 75% din cantitatea de gelan introdusă în reacție a reacționat cu schimbătorul de ioni acrilic.

# 6.2. Caracterizarea structurală și morfologică a microparticulelor 6.2.1. Spectroscopia FT-IR

Spectroscopia FT-IR a fost utilizată pentru a obține informații cu privire la natura interacțiilor care se stabilesc între schimbătorul de ioni și polizaharidă (Figura 110).

Analizând spectrul schimbătorului de ioni acrilic EGHH se constată existența următoarelor benzi de absorbție:

- 3450-3300 cm<sup>-1</sup> corespunzătoare vibraţiilor de valenţă ale legăturii NH primare şi secundare, simetrice şi asimetrice;
- 2925,84 şi 2854, 48 cm<sup>-1</sup> specifice vibraţiilor de întindere ale grupelor CH şi CH<sub>2</sub>;
- > 2368,45 cm<sup>-1</sup> caracteristice vibraţiilor grupelor C=N;
- 1664,47 cm<sup>-1</sup> corespunzătoare vibraţiei de forfecare ale grupelor aminice;
- 1561,28 cm<sup>-1</sup> specifice vibraţiei legăturilor C=C, dar şi vibraţiei grupării NH<sub>3</sub><sup>+</sup>.



Figura 110. Spectrele FT-IR ale microparticulelor EGHH și EGHH-GII

În spectrul microparticulelor EGHH-GII se observă deplasări ale benzilor de absorbţie dar şi apariţia unor benzi noi, în special cele de la 1555,14 şi 1402,17 cm<sup>-1</sup> caracteristice vibraţiilor de întindere simetrice şi asimetrice ale grupei COO<sup>-</sup> specifice gelanului, demonstrându-se faptul că gelanul

reacționează cu schimbătorul de ioni în principal prin intermediul interacțiunilor ionice, fără a se exclude însă posibilitatea existenței și a altor tipuri de interacțiuni fizice.

# 6.2.2. Microscopia electronică de baleiaj și microscopia de forță atomică

Caracteristicile morfologice ale microparticulelor pe bază de schimbători de ioni și gelan sunt prezentate în Figura 111.



Figura 111. Micrografii SEM pentru probele EGHH și EGHH-GII

Microparticulele EGHH sunt caracterizate prin suprafeţe netede, formă sferică bine definită şi dimensiuni cuprinse între 200-500  $\mu$ m. Microparticulele EGHH-GII prezintă suprafeţe rugoase, cu pori care atestă formarea unui strat de complex interpolimeric la suprafaţa microparticulelor EGHH, datorită interacţiunii dintre grupele NH<sub>3</sub><sup>+</sup> ce aparţin schimbătorului de ioni şi grupele COO<sup>-</sup> de pe catena gelanului. Pentru studiile de absorbţie şi eliberare a medicamentului au fost luate în considerare microparticulele cu diametrul situat în intervalul 200-300  $\mu$ m.

Morfologia suprafețelor microparticulelor EGHH și EGHH-Gll examinată cu ajutorul analizei AFM este prezentată în Figura 112.



Figura 112. Imagini AFM pentru microparticulele EGHH și EGHH-GII

Rugozitatea microparticulelor crește de la 5,008 nm (microparticulele EGHH) la 5,308 nm (microparticulele EGHH-GII) demonstrând astfel formarea stratului de complex interpolimeric la suprafața microparticulelor EGHH.

#### 6.3. Studii de adsorbție a medicamentelor

Capacitatea de reținere și de eliberare a celor două suporturi a fost evaluată utilizând un medicament hidrosolubil și anume sarea de sodiu a cefuroximului (CFR).

#### 6.3.1. Influența concentrației soluției apoase de medicament

Prin studiul influenței concentrației soluției CFR asupra procesului de adsorbție a acestuia pe microparticulele EGHH și EGHH-GII s-a constatat o creștere a vitezei de adsorbție odată cu creșterea concentrației (Figura 114), cea mai mare cantitate de medicament adsorbită fiind observată în cazul microparticulelor EGHH-GII.





#### 6.3.3. Cinetica de adsorbție

Pentru a explica mecanismul de adsorpţie a CFR pe microparticulele EGHH şi EGHH-GII s-au utilizat următoarele modele matematice: modelul cinetic de ordinul I (modelul Lagergren), modelul cinetic de ordin II (modelul Ho), modelul Elovich şi modelul difuziei intraparticulă Weber-Morris.

#### 6.3.3.1. Modelul cinetic de ordinul l

Forma liniară a modelului cinetic de ordinul I este dată de ecuația:

$$\log(q_{e} - q_{t}) = \log q_{e} - \frac{k_{1}}{2,303} \cdot t$$
(47)

unde:  $q_e$  = cantitatea de medicament la echilibru (mg/g);  $q_t$  = cantitatea de medicament la momentul t (mg/g);  $k_1$  = constanta de viteză corespunzătoare cineticii de ordinul I (min<sup>-1</sup>).

Din reprezentarea liniară *log*  $(q_e - q_t)$  funcție de *t* (Figura 116) s-au obținut valorile pentru  $k_1$  și  $q_{e(calc)}$  ca fiind panta și respectiv interceptul cu ordonata.



**Figura 116.** Modelul cinetic de ordinul I în cazul adsorbţiei CFR pe microparticulele EGHH şi EGHH-GII la 298K şi  $C_{CFR}$  = 5 x 10<sup>-3</sup> g/mL

Valorile teoretice  $q_{e(calc)}$  (Tabelul 44) estimate cu ajutorul modelului cinetic de ordinul I sunt foarte apropiate de valorile experimentale pentru toate concentrațiile soluțiilor de medicament la cele trei temperaturi luate în lucru. Aceste rezultate sugerează faptul că adsorbția CFR pe microparticulele EGHH și EGHH-GII este de natură fizică, ceea ce implică interacțiuni de natură electrostatică între adsorbent și adsorbat. Coeficienții de corelație (0,991- 0,999) au valori ridicate indicând faptul că procesul de adsorbție a CFR respectă modelul cinetic de ordinul I.

			EGHH			EGHH-GII	
(g/ml)		298K	303K	313K	298K	303K	313K
	q <sub>e,exp</sub> (mg/g)	3,64	5,07	6,37	7,02	8,24	10,15
5x10 <sup>-5</sup>	q <sub>e,calc</sub> (mg/g)	3,77	4,87	5,83	6,62	7,88	9,72
	k₁ (x10 <sup>3</sup> min⁻¹)	2,65	3,11	3,22	3,22	3,29	4,26
	$R^2$	0,999	0,997	0,995	0,993	0,994	0,994
	q <sub>e,exp</sub> (mg/g)	13,01	16,58	23,24	18,95	21,34	25,76
5x10 <sup>-4</sup>	q <sub>e,calc</sub> (mg/g)	12,60	15,35	23,74	18,13	21,14	26,20
	k₁ (x10 <sup>3</sup> min⁻¹)	2,88	3,52	4,77	3,66	4,88	5,07
	$R^2$	0,993	0,997	0,994	0,997	0,996	0,996
	q <sub>e,exp</sub> (mg/g)	25,44	34,73	45,84	33,6	40,57	47,67
2,5x10 <sup>-3</sup>	q <sub>e,calc</sub> (mg/g)	24,97	33,97	45,52	31,75	41,10	46,99
	k₁ (x10 <sup>3</sup> min <sup>⁻1</sup> )	4,38	4,63	4,91	5,37	5,48	5,89
	$R^2$	0,993	0,999	0,996	0,998	0,996	0,996
	q <sub>e,exp</sub> (mg/g)	32,94	44,78	57,35	44,00	49,30	60,2
5x10 <sup>-3</sup>	q <sub>e,calc</sub> (mg/g)	32,31	45,15	57,09	43,11	48,77	59,33
	k₁ (x10 <sup>3</sup> min⁻¹)	4,68	5,18	5,76	5,48	5,57	5,94
	R <sup>2</sup>	0,999	0,998	0,997	0,991	0,995	0,999

 
 Tabel 44. Parametrii corespunzători modelului cinetic de ordinul I în cazul adsorbţiei CFR pe microparticulele EGHH şi EGHH-GII

# 6.3.3.4. Modelul difuziei intraparticulă Weber-Morris

Modelul difuziei intraparticulă Weber-Morris este reprezentat de următoarea expresie matematică:

 $\mathbf{q}_{t} = \mathbf{K}_{id} \cdot \mathbf{t}^{1/2} + \mathbf{C}_{i}$ 

(50)

unde:  $K_{id}$  este constanta de viteză corespunzătoare difuziei (g/mg·min<sup>1/2</sup>) și  $C_i$  este o constantă care dă informații despre grosimea stratului limită.

Reprezentarea grafică  $q_t$  funcție de  $t^{1/2}$  permite calcularea constantei de viteză  $K_{id}$  și a constantei  $C_i$  ca fiind panta și respectiv interceptul cu ordonata. În cazul în care reprezentarea grafică a modelului difuziei intraparticulă reprezintă o dreaptă ce trece prin origine atunci adsorbția este controlată exclusiv de difuzia intraparticulă. Dacă reprezentarea grafică a acestui model prezintă mai multe porțiuni liniare înseamnă că procesul de adsorbție poate avea două sau mai multe etape [316].

În Figura 119 este reprezentat modelul difuziei intraparticulă în cazul adsorbţiei CFR pe microparticulele EGHH şi EGHH-Gll la 298K şi  $C_{CFR} = 5 \times 10^{-3}$  g/ml.



Figura 119. Reprezentarea grafică a modelului difuziei intraparticulă Weber-Morris

După cum se poate observa din Figura 119, procesul de adsorbție studiat are două etape: (1) adsorbția rapidă pe suprafața exterioară sau treaptă de adsorbție instantanee și (2) adsorbția treptată cu atingerea echilibrului. Valorile paramerilor corespunzători modelului de difuzie intraparticulă și coeficienții de corelație sunt prezentate în Tabelul 47.

			EGHH			EGHH-GII	
(g/ml)		298K	303K	313K	298K	303K	313K
	K <sub>i2</sub> (mg/(g∙ min <sup>-1/2</sup> ))	0,051	0,046	0,054	0,056	0,074	0,037
5x10⁻⁵	C <sub>2</sub>	1,736	3,341	4,374	4,919	5,505	8,767
	R <sup>2</sup>	0,996	0,987	0,978	0,985	0,969	0,965
	K <sub>i2</sub> (mg/(g∙ min <sup>-1/2</sup> ))	0,146	0,109	0,077	0,101	0,064	0,071
5x10 <sup>-4</sup>	C <sub>2</sub>	7,553	12,515	20,418	15,187	18,989	23,175
	R <sup>2</sup>	0,987	0,984	0,938	0,987	0,937	0,933
	K <sub>i2</sub> (mg/(g∙ min <sup>-1/2</sup> ))	0,105	0,106	0,132	0,029	0,084	0,053
2,5x10 <sup>-3</sup>	C <sub>2</sub>	21,572	30,855	41,002	32,524	37,484	45,721
	R <sup>2</sup>	0,947	0,957	0,938	0,926	0,927	0,938
	K <sub>i2</sub> (mg/(g∙ min <sup>-1/2</sup> ))	0,095	0,091	0,102	0,106	0,068	0,087
5x10 <sup>-3</sup>	C <sub>2</sub>	29,435	41,449	53,630	40,148	46,812	57,049
	$R^2$	0,958	0,948	0,921	0,916	0,944	0,924

**Tabel 47.** Valorile constantelor  $K_{id}$ ,  $C_i$  și coeficienții de corelație calculați încazul adsorbției CFR pe microparticulele EGHH și EGHH-GII

Valorile *Ci* cresc odată cu creșterea concentrației inițiale a soluției de medicament, ceea ce indică o creștere a grosimii stratului limită de la interfața microparticule-soluția de medicament. Cu toate acestea, graficul nu trece prin origine ceea ce se poate datora diferenței dintre viteza de transfer de masă în stadiul inițial și cea din stadiul final de adsorbție. Pe baza acestor rezultate se poate concluziona că difuzia intraparticulă nu este singura etapă care limitează viteza de adsorbție.

#### 6.3.4. Izotermele de adsorbţie

Izotermele de adsorbţie oferă informaţii asupra distribuţiei moleculelor de adsorbat între faza lichidă şi cea solidă atunci când procesul de adsorbţie atinge starea de echilibru. Pentru a descrie caracteristicile echilibrului de adsorbţie a CFR pe microparticulele EGHH şi EGHH-GII s-au utilizat trei modele de echilibru şi anume: Langmuir, Freundlich şi Temkin.

 Tabel 48. Parametrii modelelor de adsorbţie Langmuir, Freundlich, Temkin şi

 coeficienţii de corelaţie calculaţi în cazul adsorbţiei CFR pe microparticulele

 EGHH şi EGHH-GII la cele trei temperaturi studiate.

Model			EGHH		EGHH-GII			
Woder		298	303	313	298	303	313	
	q <sub>m</sub> (mg/g)	36,26	49,43	62,74	46,27	52,06	62,81	
	K∟ (L/g)	1,542	1,636	1,942	2,349	2,721	3,271	
Langmuir	R∟	0,115	0,109	0,093	0,078	0,068	0,058	
	$R^2$	0,994	0,994	0,995	0,992	0,996	0,994	
	K <sub>F</sub> (L/g)	0,641	1,060	1,298	2,069	2,457	3,649	
Freundlich	1/n	0,507	0,467	0,466	0,365	0,362	0,342	
	$R^2$	0,991	0,995	0,991	0,995	0,996	0,997	
	b⊤ (kJ/mol)	0,396	0,298	0,242	0,342	0,304	0,274	
Temkin	a⊤(L/mg)	0,029	0,032	0,038	0,062	0,065	0,969	
	$R^2$	0,989	0,985	0,990	0,987	0,991	0,989	

Valorile cantităților maxime de adsorbție  $q_m$  pentru toate cele trei temperaturi studiate sunt apropiate de valorile obținute experimental în studiile cinetice. De asemenea, se observă o creștere a capacității de saturație cu creșterea temperaturii, ceea ce reflectă o mai bună accesibilitate la centrele active de adsorbție. Valorile  $K_L$  sunt mai mari în cazul microparticulelor EGHH-GII decât în cazul microparticulelor EGHH, indicând astfel o afinitate mai mare a acestor microparticule pentru CFR, care este în concordanță cu capacitatea de adsorbție mai mare obținută în cazul microparticulelor EGHH-GII.

Valorile obținute pentru coeficienții de corelație (R<sup>2</sup>) au fost cuprinse în intervalul 0,992-0,996 indicând faptul că izoterma Langmuir descrie destul de bine datele experimentale.

# 6.4. Studii de eliberare a medicamentelor

Capacitatea microparticulelor EGHH și EGHH-GII de a elibera principiul activ a fost studiată atât la un pH de 1,2 cât și la un pH de 7,4, curbele de eliberare fiind prezentate în Figura 124.

Analiza cineticii de eliberare a sării de sodiu a cefuroximului din microparticulele EGHH și EGHH-GII a fost efectuată cu ajutorul modelelor matematice prezentate în capitolele anterioare.

Evaluând parametrii cinetici ai eliberării s-a observat că viteza de eliberare a CFR din microparticulele EGHH-GII este mai mică decât cea pentru microparticulele EGHH, sugerând interacțiuni mai puternice între microparticulele EGHH-GII și CFR.



**Figura 124.** Curbele de eliberare pentru probele EGHH și EGHH-Gll la pH = 1,2 și pH = 7,4

Exponentul difuzional, *n*, obținut prin aplicarea modelului Korsmeyer-Peppas are valori cuprinse între 0,447 și 0,710 indicând faptul că procesul de eliberare a CFR este controlat de difuzie, mecanismul fiind perturbat de fenomenul de relaxare a lanţurilor polimere.

# CAPITOLUL 7 IMOBILIZAREA ENZIMELOR PE SUPORTURI SCHIMBĂTOARE DE IONI

Caracterizarea celor două suporturi microparticulate schimbătoare de ioni au fost caracterizate prin spectroscopie FT-IR, analiză termogravimetrică, capacitate de schimb ionic și respectiv grad de umflare. În urma analizelor efectuate reiese că suporturile se caracterizează prin stabilitate termică relativ scăzută, până la temperatura de 47°C și un grad de umflare ridicat de 664% și respectiv 2040%.

#### 7.3. Obţinerea sistemelor polimer-substanţă biologic activă

Pentru prepararea celor două sisteme polimer-enzimă s-a ales ca metodă de imobilizare legarea pe suport solid a α-amilazei. Prin această tehnică de lucru s-au obținut în final două sisteme notate SI<sub>1</sub>TETA-AMIL și SI<sub>2</sub>EDA-AMIL.

Procesul de imobilizare a avut loc printr-un mecanism combinat de legare fizică (absorbție în porii microparticulelor) și legare ionică, conform Figurii 130.



Figura 130. Procesul de imobilizare a α-amilazei pe schimbătorii de ioni

Influența concentrației enzimei asupra procesului de imobilizare s-a evaluat prin prepararea a patru soluții de enzimă având concentrații cuprinse între 2,49 mg/ml și 9,91 mg/ml.

Concentrația în proteină a enzimei libere precum și cantitatea de proteină legată pe suporturile acrilice în urma proceselor de imobilizare s-au determinat prin metoda Lowry [251]. Astfel, după cum era de asteptat, creșterea concentrației de enzimă a condus la o creștere proporțională a cantității de proteină prezentă în soluțiile de  $\alpha$ -amilază. Acest comportament a determinat o creștere semnificativă a randamentului de legare a proteinei pe suporturile acrilice conform Figurii 131.



Figura 131. Influența concentrației soluției de enzimă asupra cantității de proteină legată

Pentru prepararea celor două sisteme polimer-enzimă s-a optat pentru utilizarea unei soluții de enzimă de concentrație 9,91 mg/ml la care s-a obținut cantitatea de proteină legată maximă.

Caracteristicile preparatelor enzimatice sunt ilustrate în Tabelul 54:

Tabel 54. Caracteristicile enzimatice ale sistemelor SI1TETA-AMIL și	
SI2EDA-AMIL	

	Activitate	e enzimatică Ul	Randament de	Grad de transformare (α) %	
Probă	Enzimă solubilă	Enzimă imobilizată	imobilizare (β) %		
SI₁TETA-AMIL	3,86	2,61	67,61	2,4	
SI <sub>2</sub> EDA-AMIL	3,86	3,91	101,29	3,5	

Din tabel se observă că în cazul sistemului SI2EDA-AMIL, activitatea enzimatică este mai mare în comparație cu cea a enzimei libere. Acest lucru dovedește faptul că, în unele condiții, procesul de imobilizare este însoțit și de un proces de purificare, fiind un proces selectiv.

# 7.3.1. Influența concentrației substratului asupra activității enzimatice

Dependența activității enzimatice de concentrația soluției de substrat este prezentată în Figura 132.



Figura 132. Dependența activității enzimatice a celor două sisteme de concentrația substratului

În urma studiilor efectuate, prin creșterea concentrației soluției de amidon s-a observat un comportament diferit pentru cele două suporturi acrilice. Astfel, în cazul suportului SI<sub>1</sub>TETA s-a constatat o creștere a activității enzimatice odată cu creșterea concentrației suportului de la 0,1% la 0,2%, 0,5% și respectiv 1%, în timp ce pentru suportul acrilic SI<sub>2</sub>EDA s-a constatat atingerea unei valori maxime la o concentrație de 0,2%, urmată de o scădere a activității pentru soluțiile de amidon de 0,5% și 1%. Scăderea activității enzimatice a  $\alpha$ -amilazei la concentrații mai mari de amidon sugerează apariția unui proces de inhibare a enzimei datorită concentrației mari de zahăr.

# 7.3.2. Influența temperaturii asupra activității enzimatice și a gradului de transformare

Influența temperaturii asupra caracteristicilor preparatelor enzimatice s-a evaluat prin efecturarea proceselor de hidroliză la trei temperaturi diferite și anume 25°C, 35°C și respectiv 40°C. În urma investigațiilor efectuate se constată obținerea unei activități enzimatice mai bune pentru ambele sisteme la temperatura de 40°C. Figura 134 relevă o creștere a procesului de hidroliză a substratului ce rezultă în final în obținerea unor cantități mai mari de zahăr.

Din figură se poate observa o influență relativ scăzută a temperaturii asupra gradului de transformare, în special în cazul preparatului enzimatic SI1TETA-AMIL, unde acesta variază de la 44,9% la temperatura de 25°C la 46,7% la temperatura de 40°C.

În cazul sistemului SI2EDA-AMIL se constată o creştere ceva mai mare a gradului de transformare, astfel valorile cresc de la 41,8% la temperatura de 25°C la 50% pentru temperatura de 40°C



Figura 134. Influența temperaturii asupa gradului de transformare a amidonului

#### 7.3.3. Influența pH-lui asupra activității enzimatice

Influența pH-lui asupra activității enzimatice a celor două preparate s-a studiat la trei valori de pH diferite, mai precis la pH = 5; 5,6 și respectiv 6,5. Și în acest caz procesele de hidroliză au avut loc timp de o oră pentru SI<sub>2</sub>EDA-AMIL și respectiv trei ore pentru SI<sub>1</sub>TETA-AMIL.

Dependența activității enzimatice funcție de pH este ilustrată în Figura 135.



Figura 135. Dependența activității enzimatice funcție de pH

Se observă din Figura 135 că modificarea pH-ului soluțiilor de substrat conduce la valori diferite ale activității enzimatice a preparatelor, activitatea enzimatică având valoare maximă la pH = 5,6.

## CONCLUZII

Lucrarea de doctorat a avut ca obiectiv obţinerea de noi suporturi sub formă de microparticule, pe bază de polimeri naturali şi sintetici, care să prezinte capacitatea de a reţine şi a elibera substanţe biologic active, cum ar fi: medicamente sau enzime.

Prin tehnica polimerizării în suspensie apoasă, cunoscută sub denumirea de polimerizare radicalică reticulantă, s-au preparat particule cu dimensiuni micrometrice, cu structură poroasă și neporoasă.

În urma cercetărilor efectuate, ce au fost împărţite pe cele cinci capitole ce constituie partea de Contribuţii proprii a tezei, se pot trasa o serie de concluzii, după cum urmează:

I. S-au preparat trei seturi de microparticule poroase utilizând ca agent porogen toluenul: unul pe bază de glicidil metacrilat, notat microparticule G; unul pe bază de glicidil metacrilat și xantan (microparticule X); și respectiv unul pe bază de glicidil metacrilat și chitosan (microparticule C). Cele trei tipuri de microparticule au fost reticulate cu trei compuși dimetacrilici, și anume: etilenglicol dimetacrilat, dietilenglicol dimetacrilat și trietilenglicol dimetacrilat.

- grefarea celor două polizaharide pe lanţurile macromoleculare a condus la formarea unor structuri poroase, caracterizate prin porozitate şi volum al porilor mai mici în comparație cu microparticulele pe bază de polimeri sintetici;

 utilizând ca metodă de analiză sorbţia dinamică de vapori, s-a determinat o suprafaţă specifică mai mare pentru microparticulele cu polizaharide în structură faţă de cele fară polizaharide;

- microscopia electronică de baleiaj a evidențiat formarea unor particule cu formă sferică, bine definită și structură poroasă;

- prin microscopie de forță atomică s-a determinat o rugozitate a suprafețelor mai mare pentru microparticulele G comparativ cu microparticulele cu xantan și respectiv chitosan;

- microparticulele X şi C se caracterizează printr-o temperatură de degradare şi energie de activare mai scăzute pe toate treptele de degradare față de microparticulele G;

- atât gradul de umflare cât și capacitatea de reținere de solvenți au inregistrat valori mai mari pentru microparticulele X și C, datorită caracterului hidrofil al polizaharidelor;

- creșterea vitezei de rotație de la 360 rot/min la 450 rot/min și respectiv 600 rot/min pentru microparticulele reticulate cu EGDMA în raport molar GMA:EGDMA = 90/10 conduce la formarea unor particule cu forme neregulate și stabilitate mecanică redusă; - pentru toate tipurile de microparticule, izotermele sorbţie-desorbţie obţinute prin metoda DVS pot fi asociate unor curbe de tip V, specifice materialelor hidrofobe sau slab hidrofile;

 cele trei tipuri de suporturi microparticulate au dovedit capacitate de a reţine şi a elibera principii biologic active (teofilină şi cloramfenicol hemisuccinat de sodiu);

 - interacţiile ionice ce se stabilesc între cele două suporturi cu polizaharide şi moleculele de medicament conduc la o eficienţă mai bună de încărcare în comparaţie cu microparticulele ce nu prezintă polizaharide în structură. Aceste interacţii conduc la o eliberare susţinută a medicamentelor atât în pH acid cât şi în pH bazic;

**II.** S-au preparat două seturi de microparticule poroase utilizând ca agent porogen acetatul de n-butil: unul obținut prin reticularea glicidil metacrilatului cu cei trei compuşi dimetacrilici menționați anterior (G<sub>a</sub>); și unul pe bază de glicidil metacrilat și gelan (GG<sub>a</sub>). În cazul microparticulelor cu polizaharidă, gelanul a fost introdus în structură prin două metode și anume: (1) prin grefarea radicalilor de gelan pe lanțurile macromoleculare, la dublele legături, în timpul reacției de copolimerizare; (2) prin acoperirea microparticulelor pe bază de polimeri sintetici (G<sub>a</sub>) cu un strat de polizaharidă prin grefarea gelanului la grupele epoxi de pe suprafață.

 - grad de umflare şi capacitate de reţinere a apei mai mari s-au obţinut în cazul microparticulelor cu polizaharide, cunoscut fiind faptul că gelanul prezintă un caracter hidrofil;

 microparticulele cu gelan grefat în timpul sintezei se caracterizează printr-o suprafaţă specifică mare, în timp ce microparticulele acoperite cu gelan posedă o suprafaţă specifică semnificativ mai mică;

 microscopia electronică de baleiaj confirmă obţinerea unor particule cu dimensiuni micrometrice, structură poroasă şi formă sferică, iar microscopia de forţă atomică relevă obţinerea unei rugozităţi mai mici pentru microparticulele cu gelan;

- suporturile poroase s-au dovedit capabile de a reţine şi a elibera prin difuzie sarea de sodiu a cefuroximului;

 sistemele polimer-medicament cu gelan prezintă o eficienţă de încărcare a medicamentului mai mare însă o viteză de eliberare mai scăzută datorită interacţiunilor de natură ionică ce se stabilesc între suport şi medicament;

- studiile cinetice au evidenţiat o viteză lentă de eliberare, atât în pH acid cât și în pH bazic, sugerând potențiale utilizări ale suporturilor pentru prepararea sistemelor polimer-medicament de tip retard;

**III.** S-au preparat două tipuri de microparticule pe bază de schimbători de ioni acrilici și gelan, notate EGHH și respectiv EGHH-GII.

 din analiza SEM s-a observat că microparticulele EGHH sunt caracterizate prin suprafeţe netede, formă sferică şi dimensiuni cuprinse între 200-500 μm, în timp ce microparticulele EGHH-GII prezintă suprafeţe rugoase, cu pori ce atestă depunerea stratului de polizaharidă la suprafaţă şi formarea unui complex interpolimeric datorită interacţiunilor dintre grupele NH<sub>3</sub><sup>+</sup> ale schimbătorului de ioni şi grupele COO<sup>-</sup> de pe catena gelanului;

- suporturile polimerice s-au dovedit capabile de a reţine şi a elibera principii biologic active (cefuroxim sare de sodiu);

 creşterea concentraţiei soluţiei de cefuroxim sare de sodiu şi a temperaturii conduc la o creştere a capacităţii de adsorbţie a suporturilor pe bază de schimbători de ioni;

 microparticulele EGHH-GII prezintă o capacitate crescută de adsorbţie a medicamentului datorită prezenţei în structura lor a gelanului;

 pentru a studia procesul de adsorbţie a sării de sodiu a cefuroximului sau luat în considerare două aspecte fizico-chimice: cinetica şi echilibrul de adsorbţie;

- pentru a explica mecanismul cineticii de sorbșie a medicamentului de către microparticulele pe bază de schimbători de ioni cu și fără polizaharidă grefată s-au utilizat 4 modele matematice: modelul Lagergren, modelul Ho, modelul Elovich și modelul difuziei intraparticulă Weber-Morris;

- valorile teoretice  $q_{e(calc)}$  estimate cu ajutorul modelului cinetic de ordinul l indică faptul că adsorbția CFR pe cele două tipuri de microparticulele este de natură fizică, ceea ce implică interacțiuni de natură electrostatică între adsorbent și adsorbat;

 modelul difuziei intraparticulă Weber-Morris indică faptul că adsorbţia medicamentului pe cele două suporturi are loc în două etape: o adsorbţie rapidă pe suprafaţa exterioară (treaptă de adsorbţie instantanee), urmată de o adsorbţie treptată până la atingerea echilibrului;

 pentru a obţine informaţii cu privire la distribuşia moleculelor de adsorbat între faza lichidă şi cea solidă, atunci cănd procesul de sorbţie atinge starea de echilibru s-au utilizat trei tipuri de izoterme de echilibru: Langmuir, Freundlich şi Temkin;

 izotermele de adsorbţie demonstrează că reţinerea medicamentului pe suporturi are loc conform unei adsorbţii monostrat;

- cineticile de eliberare reflectă faptul că mecanismul de eliberare a medicamentului este controlat atât de difuzie cât și de fenomenul de relaxare a lanţurilor polimerice.

**IV.** S-au obţinut două tipuri de preparate enzimatice prin legarea ionică a α-amilazei pe răşini acrilice schimbătoare de ioni, sub formă de microparticule.

- suporturile acrilice se caracterizează prin capacitate mare de umflare în apă, în special microparticulele SI<sub>2</sub>EDA ;

- creșterea concentrației soluției de enzimă până la 1% a determinat o creștere semnificativă a cantității de proteină legată pe suporturile acrilice;

 - în cazul preparatului SI<sub>1</sub>TETA-AMIL, creşterea concentraţiei de substrat determină o creştere a activităţii enzimatice, cu atingerea unui maxim la o soluţie de amidon de 1%;

- activitatea enzimatică a preparatului SI<sub>2</sub>EDA-AMIL atinge un maxim la o concentrație a substratului de 0,2%, urmată de o scădere a acesteia prin creșterea în continuare a cantității de amidon din soluție. Acest comportament este datorat cantității ridicate de zahăr din sistem ce poate inhiba activitatea enzimatică a  $\alpha$ -amilazei;

- gradul de transformare ( $\beta$ %), creşte odată cu temperatura și atinge o valoare maximă la temperatură de 40°C, și de asemenea, crește în timp atingând un maxim la 3 ore de la inceputul reacției pentru sistemul SI<sub>1</sub>TETA-AMIL și la o oră de la începutul reacției pentru sistemul SI<sub>2</sub>EDA-AMIL;

- activitatea enzimatică optimă pentru ambele sisteme a fost atinsă la un pH de 5,6.

# BIBLIOGRAFIE SELECTIVĂ

[32] C. D. Vlad (Ed.), [Co] polimeri reticulați obținuți prin polimerizare în suspensie, Editura PIM, Iași, 2008.

[131] S. Vasiliu, I. Bunia, S. Racovita, V. Neagu, Adsorption of cefotaxime sodium salt on polymer coated ion exchange resin microparticles: Kinetics, equilibrium and thermodynamic studies, Carbohydrate Polymers 85, 376–387, 2011.

[151] P. Brodelius, K. Mosbach, Immobilization techniques for cells/organelles from Methods in enzymology, K. Mosbach (Ed.), Academic Press, London, 173-454, 1987.

[154] The Working Party on immobilized Biocatalysts within The European Federation of Biotechnology, Guidelines for the characterization of immobilized biocatalysts, Enzyme Microb.Technol. 5 (4), 304-307, 1983.

[171] S. Akgol, J. Kacar, S. Ozkara, H. Yavuz, A. Denizli, M. Y. Arica, Immobilization of catalase via adsorption onto L-histidine grafted functional pHEMA based membrane, J. Mol. Catal. B: Enzym. 15 (4-6), 197-206, 2001.

[270] M. Makarem, M. Haddad Sabzevar, A. Haerian Ardakani, Investigation on the Effect of Atmosphere on the Pores of Sintered Astaloy CrM Steel, IJE TRANSACTIONS A: Basics 26 (7), 721-728, 2013. [309] S. Racovita, S Vasiliu, M. Popa, Sorption isotherms and kinetics of cefotaxime sodium salt on chitosan-polybetaine complexes, Rev. Roum. Chim. 57 (2), 115-120, 2012.

[310] E. Caliskan, S. Gokturk, Adsorption Characteristics of Sulfamethoxazole and Metronidazole on Activated Carbon, Separ. Sci. Technol. 45, 244-255, 2010.

# VALORIFICAREA REZULTATELOR CERCETĂRII PARTICIPĂRI LA MANIFESTĂRI NAȚIONALE ȘI INTERNAȚIONALE

1. M. A. Lungan, Ş. Racoviţă, S. Vasiliu, M. Popa, D. Caşcaval, *Microparticules polymeres porteuses d'antibiotiques: synthese et caracterization*, **Septième Colloque Franco-Roumain de Chimie Appliquée**, 27 – 29 Juin 2012, Bacău, Roumanie.

2. M. A. Lungan, Ş. Racoviţă, S. Vasiliu, M. Popa, *Acrylic microparticles for the release of biologically active molecules*, **2**<sup>ème</sup> **Colloque Franco-Roumain de Chimie Médicinale**, 03-05 octobre 2012, Iași, Roumanie.

3. M. A. Lungan, S. Vasiliu, Ş. Racoviţă, I. Plesca, M. Popa, *New polymeric materials with therapeutic applications*, **2**<sup>ème</sup> **Colloque Franco-Roumain de Chimie Médicinale**, 03-05 octobre 2012, Iaşi, Roumanie.

4. M. A. Lungan, M. Popa, F. Doroftei, G. Hitruc, Ş. Racoviţă, S. Vasiliu, *Design of microparticulate systems with special architecture based on glycidyl methacrylate*, **"Alexandru Ioan Cuza" University Days**, Iaşi 31 october-2 november 2013.

5. M. A. Lungan, M. Popa, Ş. Racoviţă, S. Vasiliu, Sisteme sub forma de microparticule poroase pe baza de glicidil metacrilat si xantan, Zilele Universităţii Apolonia Congresul International Pregatim viitorul promovand excelenta Sectiunea: Repere în medicină avansată. Nanoparticule în medicină şi biologie, 27 februarie-1 martie 2014, Iași-Romania.

6. M. A. Lungan, M. Popa, , S. Vasiliu, Ş. Racoviţă, J. Desbrieres, *Development* and evaluation of novel microparticles based on methacrylic monomers and polysaccharides as drug delivery systems, **15<sup>th</sup> International Conference** ,, **Polymers and Organic Chemistry**<sup>\*</sup>, 10-13 iunie, Timişoara, Romania.

7. M. A. Lungan, M. Popa, Ş. Racoviţă, Ion Bunia, S. Vasiliu, L. Ochiuz, *Microparticules à base de complexes interpolymères pour libération contrôlée d'antibiotiques'*, **Xième Colloque Franco-Roumainsur les Polymères**, 27-29 august 2014, Piteşti, Roumania.

8. Ş. Racoviţă, S. Vasiliu, M. A. Lungan, M. Popa, I. Bunia, D. Dirtu, *Design of new drug delivery systems based on ion exchangers*, **3**<sup>ème</sup> **Colloque Franco-Roumain de Chimie Médicinale**, 30-31 octobre 2014, Iaşi, Roumanie.

# LUCRĂRI PUBLICATE SAU TRIMISE SPRE PUBLICARE

# I. Articole

1. M. A. Lungan, M. Popa, J. Desbrieres, Ş. Racoviţă, S. Vasiliu, *Complex microparticulate systems based on glycidyl methacrylate and xanthan*, Carbohydrate Polymers, 104, 213-222, 2014;

2. M. A. Lungan, M. Popa, Ş. Racoviţă, G. Hitruc, F. Doroftei, J. Desbrieres, S. Vasiliu, *Surface characterization and drug release from porous microparticles based on methacrylic monomers and polysaccharides*, Carbohydrate Polymers, trimis spre publicare.

2. M. A. Lungan, M. Popa, Ş. Racoviţă, S. Vasiliu and M. Drobotă, *Design of porous microparticles for biomedical applications*, trimis spre publicare.

Sunt în curs de finalizare a redactării manuscrisele a încă două lucrări.

# II. Capitole de cărți

1. S. Vasiliu, C. Doina Vlad, Ş. Racoviţă, M. A. Lungan, L. Eva, R. Munteanu, *Polymeric Nanoparticles for Drug Delivery to the Brain*, în: Polymeric Nanomedicine, M. Popa, C. V. Uglea (Eds.), Bentham Science Publishers, ISBN 978-1-60805-628-6, 340-414, 2013.

2. S. Vasiliu, Ş. Racoviţă, M. A. Lungan, J. Desbrieres, M. Popa, *Microbial exopolysaccharides for biomedical applications*, în: Unfolding the Biopolymer Landscape, Bentham Science Publishers, acceptat spre publicare.

3. S. Vasiliu, V. Celan, Ş. Racoviţă, C. D. Vlad, M. A. Lungan, M. Popa, *Ion* exchangers – an open window for the development of advanced materials with pharmaceutical and medical applications, în: Nanobiomaterials for Intelligent Medical Devices, A. Tiwari, H. Kobayashi, A.P.F. Turner (Eds.), Wiley Scrivener Publishing LLC, acceptat spre publicare.

# III. Cărți:

1. S. Vasiliu, M. A. Lungan, C. D. Vlad, Ş. Racoviţă, I. Pleşca, M. Popa, Materiale acrilice şi metacrilice. Aplicaţii în medicină şi biotehnologie, Vol. 1, Editura Pim, ISBN 978-606-13-1614-4, 276 pagini, 2013.

# PROIECTE DE CERCETARE

Design of microparticulate systems with special arhitecture – a new opportunity for development of advanced materials with biomedical applications, Proiect Schimb Interacademic, Universitatea Tehnică "Gheorghe Asachi" din Iaşi – Institutul de Chimie Macromoleculară "Petru Poni" din Iaşi – Institut des Sciences Analitiques et de Physico-Chimie pour l'Environnement et les Materiuax, Pau, France, 1 ianuarie 2014 – 31 decembrie 2015.