การพัฒนาไมโครสเฟียร์พ่นแห้งชนิดยึดติดเยื่อเมือกเป็นระบบนำส่งยาทางจมูก

นางสาวศราพร หริการภักดี

วิทยานิพนธ์นี้เป็นส่วนหนึ่งของการศึกษาตามหลักสูตรปริญญาเภสัชศาสตรดุษฎีบัณฑิต สาขาวิชาเภสัชกรรม

คณะเภสัชศาสตร์ จุฬาลงกรณ์มหาวิทยาลัย

ปีการศึกษา 2546

ISBN 974-17-5841-3

ลิขสิทธิ์ของจุฬาลงกรณ์มหาวิทยาลัย

DEVELOPMENT OF SPRAY DRIED MUCOADHESIVE MICROSPHERES AS INTRANASAL DRUG DELIVERY SYSTEM

Miss Saraporn Harikarnpakdee

A Dissertation Submitted in Partial Fulfillment of the Requirements
for the Degree of Doctor of Philosophy in Pharmaceutics
Faculty of Pharmaceutical Sciences
Chulalongkorn University
Academic Year 2003
ISBN 974-17-5841-3

Thesis Title	DEVELOPMENT OF SPRAY DRIED MUCOADHESIVE	
	MICROSPHERES AS INTRANASAL DRUG DELIVERY	
	SYSTEM	
Ву	Miss Saraporn Harikarnpakdee	
Field of study	Pharmaceutics	
Thesis Advisor	Associate Professor Garnpimol C. Ritthidej, Ph.D.	
Thesis Co-advisor	Associate Professor Vimolmas Lipipun, Ph.D.	
Accepted by the	ne Faculty of Pharmaceutical Sciences, Chulalongkorn	
University in Partial Full	fillment of the Requirements for the Doctor's Degree	
D. Van	Ka Ara	
Boony 7 1 au	Dean of Faculty of Pharmaceutical Sciences	
(Associate Profes	ssor Boonyong Tantisira, Ph.D.)	
THESIS COMMITTEE		
Whenthip Nimmanuit Chairman		
	ssor Ubonthip Nimmannit, Ph.D.)	
0		
Dampind	C. Hittidy Thesis Advisor	
(Associate Profe	ssor Garnpimol C. Ritthidej, Ph.D.)	
1. 4		
Vimolmax	Thesis Co-advisor	
(Associate Profe	ssor Vimolmas Lipipun, Ph.D.)	
- 10	0 1	
Obay.	Sante Member	
(Professor Naror	ng Sarisuta, Ph.D.)	
M. Vardlo		
	ivicinoci	
(Nontima Vardh	anabhuti, Ph.D.)	
11 1.	taller had	
	tallan byMember	

(Narueporn Sutanthavibul, Ph.D.)

ศราพร หริการภักดี: การพัฒนาไมโครสเฟียร์พ่นแห้งชนิดยึดติดเยื่อเมือกเป็นระบบนำส่งยาทางจมูก (DEVELOPMENT OF SPRAY DRIED MUCOADHESIVE MICROSPHERES AS INTRANASAL DRUG DELIVERY SYSTEM) อ. ที่ปรึกษา: รศ. ดร. กาญจน์พิมล ฤทธิเดช, อ. ที่ปรึกษาร่วม: รศ. ดร. วิมลมาศ ลิปีพันธ์, 177 หน้า, ISBN 974-17-5841-3

ไมโครสเฟียร์ยึคติดเยื่อเมือกของตัวยาโพรพราโนลอลไฮโครคลอไรด์ ถูกเตรียมขึ้นโดยเทคนิคพ่นแห้ง แล้วทำ การศึกษาผลของกระบวนการและชนิคของพอลิเมอร์ที่ชอบน้ำต่อคุณสมบัติและการปลคปล่อยตัวยาของไมโครสเฟียร์ยึค ติดเยื่อเมือกที่ให้ทางจมูก นอกจากนี้ยังศึกษาการซึมผ่านโดยใช้แบบเซลล์เพาะเลี้ยงเยื่อบุโพรงจมูกด้วย สูตรตำรับพื้นฐาน ที่เหมาะสมที่สุดของไมโครสเฟียร์ประกอบด้วย ตัวยาโพรพราโนลอล ไฮโครคลอไรค์ พอลิเมอร์ที่ชอบน้ำ มอลโทเคกท รินซ์ แอโรซิล และโพรพีลีนใกลคอล ปัจจัยของกระบวนการต่างๆ เช่น อุณหภูมิอากาศเข้า อัตราการป้อนสารเข้า อัตรา การใหลของกระแสอากาศ จะเป็นสิ่งที่สำคัญสำหรับการควบคุมรูปร่างลักษณะของไมโครสเฟียร์ พอลิเมอร์ที่ชอบน้ำ ไฮค รอกซีโพรพิล เมธิลเซลลูโลส(เอชพีเอ็มซี) ไคโตแซน และคาร์โบพอล 934พี ถูกนำมาใช้เป็นพอลิเมอร์ยึคติดเยื่อเมือกที่ เป็นแบบไม่มีประจุ ประจุบวก และประจุลบตามลำคับ ผลที่ได้จะแสดงว่าคาร์โบพอล 934พีไมโครสเพียร์ และ คาร์โบ พอล934พี ผสมกับเอชพีเอ็มซีไมโครสเฟียร์ จะให้รูปร่างกลม พื้นผิวเรียบ ปริมาณร้อยละของผลิตภัณฑ์ในระดับสูง การ กระจายขนาคที่แคบในช่วง 10-50 ไมโครเมตร ความสามารถในการใหลที่คี การพองตัวที่เร็ว คุณสมบัติยึคติคเยื่อเมือกที่ ดี และการปลดปล่อยตัวยาแบบออกฤทธิ์นาน แต่อย่างไรก็ตามคาร์โบพอล 934พีไมโครสเฟียร์จะแสดงผลของแลกไทม์ ในขณะที่การรวมกันของคาร์โบพอล 934พี และ ใฮครอกซีโพรพิลเมธิลเซลลูโลส สามารถลคแลกไทม์ และปรับการปลค ปล่อยตัวยาให้สน่ำเสมอมากขึ้น เอชพีเอ็มซีไมโครสเฟียร์และไคโตแซนไมโครสเฟียร์ให้การปลคปล่อยตัวยาที่เร็ว เอชพี เอ็มซีไมโครสเฟียร์จะให้การกระจายขนาคที่กว้าง มีลักษณะเบา การไหลไม่คี การพองตัวต่ำ และให้ คุณสมบัติการยึค ติดเยื่อเมือกที่ต่ำที่สุด ถึงแม้ว่าไคโตแซนไมโครสเฟียร์จะให้คุณสมบัติการยึดติดเยื่อเมือกที่ดี แต่พบว่ามีปริมาณร้อยละ ของอนุภาคขนาดเล็กอยู่มาก(เล็กกว่า 1.0 ไมโครเมตร) และมีการไหลต่ำ อินฟราเรคสเปกตรัมแสดงให้เห็นว่า ไม่เกิดปฏิ กิริยาระหว่างตัวยา พอถิเมอร์ พลาสติคไซเซอร์ และสารช่วยอื่นๆ ความเข้มของพีคที่ลดลง ร่วมกับเส้นฐานที่สงขึ้นของ เอ็กซ์เรย์คิฟแฟรคชัน และการเปลี่ยนแปลงคำแหน่งของเอกโซเทอร์มิค และเอนโคเทอร์มิคพีค ของคีเอสซีเทอร์โมแกรม ของไมโครสเฟียร์ที่เครียมได้ แสดงผลให้ทราบว่ามีตัวยาในรูปแบบอสิญฐาน หรือพหุสัญฐาน อื่นๆเกิดขึ้น ดังนั้นไมโค รสเฟียร์ยึกติดเยื่อเมือกที่เตรียมจากพอลิเมอร์ผสม (คาร์โบพอล 934ฟี/เอชฟีเอ็มซี) เป็นสูตรตำรับที่เหมาะสมที่สุด ในการ ศึกษาการซึมผ่านเซลล์เพาะเลี้ยงเยื่อบุโพรงจมูก (RPMI 2650) ซึ่งใช้เป็นตัวขัดขวาง โดยเพาะเลี้ยงเป็นแบบชั้นเคียวบนโพ ลีเอสเธอร์เมมเบรน จากผลจะแสคงว่าการซึมผ่านของตัวยาจะสอดคล้องเป็นอย่างดีกับผลที่ได้จากการศึกษาการปลด ปล่อยตัวยา นอกจากนั้นชนิดและปริมาณของพอลิเมอร์ที่ชอบน้ำจะเป็นปัจจัยที่สำคัญที่ควบคุมการปลดปล่อยและการซึม ผ่านตัวยาจากไมโครสเฟียร์ สูตรตำรับไมโครสเฟียร์ยึคติดเยื่อเมือกมีความคงตัวตลอด 1 ปีที่อุณหภูมิห้อง ในการสรุป กระบวนการพ่นแห้งสามารถใช้ในการผลิตไมโครสเฟียร์ยึคติดเยื่อเมือกที่มีคุณสมบัติที่ดีสำหรับการนำส่งทางจมกได้ พอ ลิเมอร์ผสมสามารถใช้เพื่อปรับให้ได้ไมโครสเฟียร์ที่มีคุณสมบัติตามที่ต้องการ

ภาควิชา เภสัชกรรม/เภสัชอุตสาหกรรม	ลายมือชื่อนิสิต ฝาพฯ งโก	nadna
สาขาวิชา เภสัชกรรม	_ลายมือชื่ออาจารย์ที่ปรึกษา	MA AN
ปีการศึกษา 2546	_ลายมือชื่ออาจารย์ที่ปรึกษาร่วม	district source

##4276961033 : MAJOR PHARMACEUTICS

KEY WORD : MUCOADHESIVE / MICROSPHERES / NASAL DELIVERY / NASAL CELL CULTURE

SARAPORN HARIKARNPAKDEE: DEVELOPMENT OF SPRAY DRIED MUCOADHESIVE MICROSPHERES AS INTRANASAL DRUG DELIVERY SYSTEM. THESIS ADVISOR: ASSOCIATE PROFESSOR GARNPIMOL C.RITTHIDEJ, Ph.D., THESIS CO-ADVISOR: ASSOCIATE PROFESSOR VIMOLMAS LIPIPUN, Ph.D., 177 pp. ISBN 974-17-5841-3

The mucoadhesive microspheres of propranolol hydrochloride were generated by spray drying techniques. The effects of processing and types of hydrophillic polymer on properties and drug release of nasal mucoadhesives microspheres were investigated. Furthermore, the permeation study by using nasal cell culture model was also performed. The most appropriate basic formulations of such microspheres comprised of propanolol hydrochloride, hydrophilic polymer, maltodextrin, Aerosil® and propylene glycol. The various processing factors such as inlet air temperature, pump feed rate and atomizing air flow rate were crucial aspects for controlling the microsphere characteristics. The hydrophillic polymer hydroxypropyl methylcellulcse (HPMC), chitosan and carbopol 934P was utilized as non-ionic, cationic and anionic mucoadhesive polymer, respectively. The obtained results indicated that the carbopol 934P microspheres and carbopol 934P/HPMC combination microspheres provided a spherical shape, smooth surface, high level of yield percentage, narrow size distribution in the range of 10 to 50 micrometers, good flowability, rapid swelling, good mucoadhesive property and further sustained the drug release. However, carbopol 934P microsphere showed the lag time effect. Meanwhile the combination of carbopol 934P and HPMC could decreased lag time and adjusted to the smoother drug release profile. On the other hand, both HPMC microspheres and chitosan microspheres gave the fast drug release profiles. HPMC microspheres provided widely particle size distribution, bulky microspheres, poor flowability, the lowest swelling property and the lowest mucoadhesive property. Although, chitosan microspheres showed good mucoadhesive property, high percentage of small particle size (less than 1.0 micrometer) and poor flowability were observed Thus. mucoadhesive microspheres obtained from combined polymer 934P/HPMC) was the most suiatble formulations with good characteristics. The IR spectra revealed no interaction between drug, polymers, plasticizer and other additives. The lower intensity with higher baseline of X-ray diffractograms and the shifts in exothermic and endothermic peaks of DSC thermograms of the obtained microspheres indicated an occurrence of amorphous form or other polymorphs. In the permeation study, nasal cell culture (RPMI 2650) was used as barrier model by growning as monolayer on the polyester filter membranes. The results revealed that drug permeation were good agreement with the obtained results from in vitro drug release experiments. Furthermore, the types and amount of hydrophilic polymers were a crucial factors that would control the release and permeation of drug from the microspheres. The mucoadhesive microsphere formulations were stable over a year at room temperature. In summary, spray drying process could be used to produce mucoadhesive microspheres with good properties for nasal delivery. The combination of polymer could be employ to adjust for desirable properties.

Department of Pharm	acy/Manufacturing Pharmacy	Student's signature	Sohmin zuch	7
Field of study	Pharmaceutics	Advisor's signature	Harry in & C.	Littling
Academic year	2003	Co-advisor's signatu	re Vimolmao	Lipipu

ACKNOWLEDGEMENTS

I would like to express my sincere gratitude to my thesis advisor, Associate Professor Garnpimol C.Ritthidej, Department of Manufacturing Pharmacy, Faculty of Pharmaceutical Sciences, Chulalongkorn University, for her valuable guidance and encouragement on my research.

My express also send to my co-advisors, Dr. Vimolmas Lipipun, Department of Microbiology, Faculty of Pharmaceutical Sciences, Chulalongkorn University, for her grateful advice, expertise and helpful for animal cell culture studies.

My special thanks are to The Ministry of University affair for granting the financial support of this research.

I am also thankful to the Faculty of Pharmaceutical Sciences, Chulalongkorn University.

I would like to acknowledge thesis committee for their valuable advice, comments and helpful suggestions for the correction of this thesis.

I wish to express my thanks to Miss Putcharin Chittiteeranon, Mr. Samreng Thienyen, Mr. Prasong Changmai, technician of Manufacturing Pharmacy department and Mr. Amnat Pakdeeto, technician at the central laboratory, Chulalongkorn University, for their helpful technical guidance on the equipment.

Finally, I would like to express my love and sincere thanks to my parents for their endless love, care and kind understanding throughout my graduate study.

CONTENTS

		PAGE
ABSTRACT	T [THAI]	iv
ABSTRACT	T [ENGLISH]	v
ACKNOWI	LEDGEMENTS	vi
CONTENTS	S	vii
LIST OF TA	ABLES	viii
LIST OF FI	GURES	xii
LIST OF A	BBREVIATIONS	xvii
CHAPTER		
I	INTRODUCTION	1
II	LITERATURE REVIEWS	5
III	MATERIALS AND METHODS	40
IV	RESULTS AND DISCUSSION	60
V	CONCLUSIONS	143
REFERENC	CES	146
APPENDIC	ES	158
VITA		177

LIST OF TABLES

TAB]	LE	PAGE
1.	Interpretation of diffusional release mechanisms from drug release data from thin polymeric film	34
2.	Diffusional exponent and mechanism of diffusional release from various non-swellable controlled release system	35
3.	Diffusional exponent and mechanism of diffusional release from various swellable controlled release system	36
4.	Composition of spray drying solution in preliminary studies of spray drying formulations.	44
5.	Spray drying condition in preliminary study	45
6.	Parameter of spray drying process variables	45
7.	The ingredients of various formulations of microspheres	47
8.	The drug to polymer ratios of microsphere formulations	48
9.	Spray drying condition during the drug to polymer ratio variable studied	48
10.	The percentage yield of microspheres prepared without additives in formulations	60
11.	The percentage yield of microspheres containing maltodextrin in formulations	61
12.	The percentage yield of microspheres containing maltodextrin and Aerosil® in formulations	63
13.	The percentage yield of microspheres containing maltodextrin, Aerosil® and propylene glycol in formulations	65
14.	The bulk density, the angle of repose, the percentage yield and the percentage of moisture content of microspheres prepared with various spray dried conditions	73
15.	The particle size and the span value of microspheres prepared with various spray dried conditions	74

LIST OF TABLES (Cont.)

TAB	LE	PAGE
16.	The particle size distribution of microspheres prepared at variable processes	74
17.	The percentage of drug content and the percentage of loading efficiency of microspheres prepared with various spray drying conditions	75
18.	The viscosity of spray drying solution at different types of polymers and different drug to polymer ratios.	80
19.	The particle size and the span value of microspheres prepared with various types of polymers and different drug to polymer ratios	83
20.	The particle size distribution of microspheres from various types of polymer	83
21.	The percentage of drug content and the percentage of loading efficiency of microspheres prepared with various types of polymers at different drug to polymer ratios	85
22.	The bulk density, the angle of repose, the percentage yield and the percentage of moisture content of microspheres prepared with various types of polymers at different drug to polymer ratios	87
23.	Characteristic peaks of the X-ray diffraction patterns of spray dried microspheres prepared with different types and proportions of polymers	95
24.	The principal peaks of IR spectra of propranolol HCl in spray dried microspheres prepared with different types and proportions of polymers	97
25.	The adhesion time of microspheres adhered on mucus surface of pig intestine and the zeta potential of spray dried microspheres	109
26	The viscosity values of mucoadhesive microspheres obtained from cone and plate viscmeter.	120

LIST OF TABLES (Cont.)

TAB	SLE	PAGE
27	Correlation coefficient of the relationships between percent drug released versus time (A), percent drug released versus square root of time (B), and log percent drug remained versus time (C)	121
28	The values of kinetic constant (k), release exponent (n) and correlation oefficient (r^2) following linear regression of dissolution data for equation of $M_t/M_{\infty}=kt^n$ in dissolution medium	121
29	The particle size and the span value of microspheres in stability study	138
30	The percentage of particle size distribution of microspheres in stability study	138
31	Influence of the storage conditions on the drug content of microspheres.	139
32	IR peaks of spectra of propranolol HCl in microspheres in stability study	139
33	Influence of the storage conditions on the adhesion time of microspheres	139
34	Absorbance of Propranolol HCl in phosphate buffer pH 6.8	159
35	Ratio between peak area of propranolol HCl and internal standard with HPLC method	160
36	Intensity of FITC-labelled dextran in phosphate buffer pH 6.8	161
37	The percentage amount of Propranolol release from microspheres	162
38	The percentage amount of Propranolol release from microspheres	163
39	The percentage amount of Propranolol release from microspheres	164
40	The percentage amount of Propranolol release from microspheres	165
41	The percentage amount of Propranolol release from microspheres	166

LIST OF TABLES (Cont.)

TAB	BLE	PAGE
42	The percentage amount of Propranolol release from microspheres during storage at stability condition	167
43	The percentage amount of Propranolol release from microspheres during storage at stability condition (cont.)	168
44	The percentage amount of Propranolol release from microspheres during storage at stability condition(cont.)	169
45	The percentage amount of propranolol release from microspheres	170
46	Values for rate, amount release, and the corresponding Reciprocal for the release of formulations F1-F4	171
47	Values for rate, amount release, and the corresponding Reciprocal for the release of formulations F5-F8	172
48	Values for rate, amount release, and the corresponding Reciprocal for the release of formulations F9-F12	173
49	Values for rate, amount release, and the corresponding Reciprocal for the release of formulations F13-F15	174
50	The percentage of swelling from formulations F1-F4	175
51	The percentage of swelling from formulations F5-F8	175
52	The percentage of swelling from formulations F9-F12	175
53	The percentage of swelling from formulations F13-F15	176

LIST OF FIGURES

FIGU	FIGURE	
1.	Diagram showing the sites of deposition and patterns of clearance following intranasal administration by nasal spray and nose drops	
2.	Potential barriers to solute transport in a cell culture systems grown onto a microporous membrane	28
3.	Diffusion apparatus used to study solute transport through cultured cell	30
4.	Scanning electron photomicrographs of microspheres prepared without additives in formulations (P7-P9)	66
5.	Scanning electron photomicrographs of microspheres prepared without additives at drug to polymer ratio of 1:7 (P10-P12)	67
6.	Scanning electron photomicrographs of microspheres prepared by adding maltodextrin and Aerosil® in formulations (P23, P26 and P29)	
7.	Scanning electron photomicrographs of microspheres prepared by adding maltodextrin Aerosil® and propylene glycol in formulations (P33, P36 and P39)	
8.	Scanning electron photomicrographs of microspheres prepared with various inlet air temperatures	76
9.	Scanning electron photomicrographs of microspheres prepared with various pump feed rates	77
10.	Scanning electron photomicrographs of microspheres prepared with various atomizing air flow rates	78
11.	Scanning electron photomicrographs of propranolol hydrochloride and hydroxypropyl methylcellulose (HPMC)	88
12.	Scanning electron photomicrographs of chitosan and carbopol	89
13.	Scanning electron photomicrographs of microspheres prepared with HPMC at various drug to polymer ratios (F1-F4)	90

IGU	URE	PAGE
14.	Scanning electron photomicrographs of microspheres prepared with chitosan at various drug to polymer ratios (F5-F8)	
15.	Scanning electron photomicrographs of microspheres prepared with carbopol at various drug to polymer ratios (F9-F12)	
16.	Scanning electron photomicrographs of microspheres prepared with combined polymer (carbopol/HPMC) at various drug to polymer ratios (F13-F15)	
17.	The DSC thermograms of propranolol HCl, controlled microspheres (F0) and of various types of polymers	99
18.	The DSC thermograms of propranolol HCl and of different formulations of mucoadhesive microspheres	100
19.	X-ray diffractograms of propranolol HCl, controlled microspheres (F0) and of various types of polymers	101
20.	X-ray diffractograms of propranolol HCl and of different formulations of mucoadhesive microspheres	102
21.	X-ray diffractograms of propranolol HCl and of mucoadhesive microspheres prepared with combined polymer system	103
22.	IR spectra of propranolol HCl and of mucoadhesive microspheres prepared with single polymer systems	104
23.	The IR spectra for determining the interaction with microsphere formulations	105
24	The photographs of controlled micropheres (F0) adhered on mucus surface of pig intestine at different times	109
25	The photographs of mucoadhesive microspheres (F1-F4) adhered on mucus surface of pig intestine at different times	110
26	The photographs of mucoadhesive microspheres (F5-F8) adhered on mucus surface of pig intestine at different times	111

FIGU	URE [PAGE
27	The photographs of mucoadhesive microspheres (F1-F4) adhered on mucus surface of pig intestine at different times	112
28	The photographs of mucoadhesive microspheres (F13-15) adhered on mucus surface of pig intestine at different times	113
29A	The release profile of propranolol HCl from controlled microspheres (F0)	122
29B	The release rate profile of propranolol HCl from controlled microspheres (F0)	122
30	The release profiles of propranolol HCl from mucoadhesive microspheres prepared with HPMC at various drug to polymer ratios	123
31	The release profiles of propranolol HCl from mucoadhesive microspheres prepared with chitosan at various drug to polymer ratios	123
32	The release profiles of propranolol HCl from mucoadhesive microspheres prepared with carbopol at various drug to polymer ratios	124
33	The release profiles of propranolol HCl from mucoadhesive microspheres prepared with combined polymer at various carbopol to HPMC ratios.	124
34	The relationship between release rate constant and drug to polymer weight ratios of mucoadhesive microspheres with various types of hydrophilic polymers.	125
35	The relationship between release rate constant and carbopol to HPMC weight ratios mucoadhesive microspheres obtained from combined polymers	125
36	The swelling rate of propranolol HCl microspheres prepared with different types polymers and drug to polymer weight ratios	126

IGU	URE	PAGE
37	The maximum swelling of propranolol HCl microspheres prepared with different types polymers and drug to polymer weight ratios	126
38	The log viscosity of mucoadhesive microspheres obtained from cone and plate viscometer with different types of polymers and drug to polymer weight ratios.	127
39	The percentage of swelling of mucoadhesive microspheres prepared with HPMC at various drug to polymer ratios	127
40	The percentage of swelling of mucoadhesive microspheres prepared with chitosan at various drug to polymer ratios	128
41	The percentage of swelling of mucoadhesive microspheres prepared with carbpol at various drug to polymer ratios	128
42	The percentage of swelling of mucoadhesive microspheres prepared with combined polymer at various carbopol to HPMC ratios	128
43	The relasionship of maximum swelling effect on the release rate constant(Higuchi model)	129
44	The relasionship of log viscosity effect on the release rate constant (Higuchi model)	129
45	The comparison of release profiles of propranolol HCl from mucoadhesive microspheres prepared with HPMC(F4), chitosan (F8) and carbopol (F12)	130
46	The photograph of human nasal epithelial cell monolayer after 7 days in culture (4x)	132
47	Actin staining of the mc nolayers after 7 days (10x), tight junctions appearing as a fluorescent belt	133
48	The permeation profiles of FD-4 through nasal cell monolayer and blank filter	133

FIGU	URE	PAGE
49	The comparison of release profiles of propranolol HCl from mucoadhesive microspheres; F0(no polymer), F4(HPMC,1:7), F8 (CHI,1:7), F12(CP,1:7), F15(CP:HPMC,5:2)	134
50	The permeation profiles of propranolol HCl through nasal cell monolayer of spray dried microspheres	134
51	Scanning electron photomicrographs of microspheres prepared with (A) HPMC, (B) chitosan, (C) carbopol and (D) combined polymer (carbopol/HPMC) after storage for 12 months in stability study	140
52	The IR spectra of propranolol HCl mucoadhesive microspheres obtained from various polymers under stability studies	141
53	Similarity factors (f_2 -values) of formulation F4, F8, F12 and F15 calculated from the dissolution profiles of the microspheres	141
54	The release profiles of propranolol HCl from microspheres prepared with HPMC (F4) in stability study	142
55	The release profiles of propranolol HCl from microspheres prepared with chitosan (F8) in stability study	142
56	The release profiles of propranolol HCl from microspheres prepared with carbopol (F12) in stability study	142
57	The release profiles of propranolol HCl from microspheres prepared with combined polymer (carbopol/HPMC) (F15) in stability study	142
58	The calibration curve of propranolol HCl in phosphate buffer pH 6.8 .	159
59	The calibration curve of propranolol HCl by using HPLC for determining the drug content	160
60	The calibration curve of FITC-labeled dextran by using fluorescence spectrophotometer.	161

LIST OF ABBREVIATIONS

°C celcius degree
cm centimetre
CHI chitosan
CP carbopol
cps centripoise

DSC differential scanning calorimetry e.g. exempli gratia, for example

e.g. exempli gratia, for example et al. et alii, and others

g gram (s)

HPMC hydroxypropyl methylcellulose

h hour (s)
i.e. id est. that is

IR infrared

kg kilogram (s)

KH₂PO₄ potassium dihydrogen phosphate

mg milligram
min minute (s)
ml milliliter (s)
N normality

NI normliter

q.s.

nm nanometer (s)

r² coefficient of determination

% RH percentage of relative humidity

SD standard deviation

SEM scanning electron photomicrograph

make to volume

USP The United States Pharmacopoeia

UV ultraviolet

w/w weight by weight

μg microgram (s) μm micrometer (s)

% percentage