

Vplyv druhu polyméru na liberáciu chlórhexidínu z hydrogélů

VITKOVÁ Z., ŽABKA M., HERDOVÁ P.

Univerzita Komenského Bratislava, Farmaceutická fakulta, Katedra galenickej farmácie, Slovenská republika

Došlo 17. května 2010 / Přijato 16. června 2010

SÚHRN

Vplyv druhu polyméru na liberáciu chlórhexidínu z hydrogélů

Predmetom tohto príspevku je určiť optimálny polymér pre formuláciu modelového liečiva chlórhexidíniumdichloridu do hydrogélů. Použili sa dva druhy biopolymérov, a to upravené polyméry rastlinného pôvodu zo skupiny derivátov celulózy – metylcelulóza, hydroxyetylcelulóza a hydroxypropylcelulóza – a živočíšneho pôvodu – chitosan o strednej a vysokej molekulovej hmotnosti. Polyméry sa použili v koncentrácii 2,5 % (m/m). Liberácia sa hodnotila percentom uvoľneného liečiva do fyziologického roztoku. Súčasne sa hodnotili aj tokové vlastnosti hydrogélů. Z hľadiska uvoľňovania liečiva z chitosanových hydrogélů sa ako najvhodnejší pre formuláciu hydrogélů ukázal chitosan o strednej molekulovej hmotnosti a z hydrogélů pripravených na báze derivátov celulózy bol to hydroxyetylcelulózový hydrogél.

Kľúčové slová: chlórhexidíniumdichlorid – polyméry – hydrogél – liberácia – tokové vlastnosti

Čes. slov. Farm., 2010; 59, 123–126

SUMMARY

Influence of the kind of polymer on chlorhexidine liberation from hydrogel

The aim of this paper was to select the optimal polymer for the formulation of the model drug chlorhexidine dichloride into hydrogel. Two types of biopolymers were used, one of the modified polymers was of herbal origin taken from the group of cellulose derivatives – methylcellulose, hydroxyethylcellulose and hydroxypropylcellulose, and the other was of animal origin – chitosan of a medium and a high molecular weight. The polymers were used in a concentration of 2.5% (m/m). Drug liberation was evaluated by the percentage of the drug released into the physiological solution. In addition, the rheological properties of hydrogels were evaluated. Judging the drug release from chitosan hydrogels, the one with the medium molecular weight was found to be optimal. Contrary to that, from among the hydrogels prepared on the basis of cellulose derivatives, the optimal one was hydroxyethylcellulose hydrogel.

Key words: chlorhexidinedichloride – polymers – hydrogel – liberation – rheological properties

Čes. slov. Farm., 2010; 59, 123–126

Má

Úvod

Farmaceutické pomocné látky hrajú dominantnú úlohu pri formulácii liekovej formy. Pri príprave dermálnych polotuhých liekov – hydrogélů dominujú polyméry. Sú to tie pomocné látky, ktoré ovplyvňujú

fyzikálno-chemické vlastnosti liekovej formy, vplývajú na uvoľňovanie liečiva, a tým môžu ovplyvniť aj terapeutický efekt. Medzi moderné polyméry patria polosyntetické (hlavne deriváty celulózy) a taktiež aj biodegradovateľné deacetylované deriváty chitínu – chitosan. Sú to pomocné látky, ktoré môžu vplývať na liberáciu liečiva,

Adresa pre korešpondenciu:

PharmDr. Petra Herdová
Katedra galenickej farmácie FaF UK
Odbojárov 10, 832 32 Bratislava, SR
e-mail: herdova@fpharm.uniba.sk

tokové vlastnosti, pH, stabilitu, rozdeľovací koeficient atď.

Hydrogély sú charakterizované ich schopnosťou absorbovať vodu alebo vodné roztoky. To závisí od viacerých faktorov, ako napr. teplota, pH prostredia a pod. Účinok liečiva závisí do veľkej miery od zvolenej liekovej formy a uvoľňovania liečiva z nej. Preto predmetom tohto príspevku je výber druhu polyméru na základe liberácie chlórhexidíniumdichloridu z hydrogélu. Kritériom pre hodnotenie bolo kumulované uvoľnené množstvo liečiva vyjadrené percentuálne v jednotlivých časových intervaloch.

Prvú skupinu upravených (polosyntetických) prírodných polymérov reprezentovali deriváty celulózy – metylcelulóza, hydroxyetylcelulóza a hydroxypropylcelulóza. Vlastnosti týchto éterov celulózy, najmä ich napučiavanie a rozpustnosť závisia od priemerného stupňa substitúcie. To znamená od počtu éterifikovaných OH skupín v glukopyrazónovej jednotke. Samozrejme, ich vlastnosti sú závislé aj od druhu substitúcie. Dôležitú úlohu hrá aj stupeň polymerizácie, ktorý udáva počet glukopyrazónových jednotiek v molekule.

Metylcelulóza je neiónový éter celulózy, ktorý sa dobre rozpúšťa v chladnej vode. Gély tvorí po zamiešaní v chladnej vode stáť najmenej 30 minút. Postupne sa gél vyčirí. Metylcelulóza je kompatibilná s mnohými liečivami, je povrchovo aktívna, je dobrým spojivom pri výrobe granulátov a jej hydrogély sa používajú ako masťový základ.

Hydroxyetylcelulóza je hydrofilnejšia ako metylcelulóza, vlastnosti však má podobné. Pri vyšších teplotách koaguluje, rozpúšťa sa dobre v chladnej vode. Slizy hydroxyetylcelulózy sú vhodné na stabilizovanie heterogénnych disperzných systémov a využívajú sa aj pri obalovaní tabliet. Gély sa používajú ako masťový základ.

Hydroxypropylcelulóza je tiež rozpustná v chladnej vode, jej hydrogély sú citlivé na teplotu, vyššie teploty môžu spôsobiť rozrušenie gélovej štruktúry¹⁾. Zdanlivá viskozita hydroxypropylcelulóзовých gélov sa zvyšuje so zvyšujúcou sa molekulovou hmotnosťou a koncentráciou polyméru. Tento derivát sa používa aj ako spojivo v tabletách, alebo na vytvorenie rezervoáru v transdermálnych terapeutických systémoch^{2, 3)}. Hydrogély pripravené z hydroxypropylcelulózy sú známe s rôznymi liečivami ako piroxikamom⁴⁾, diklofenakom sodným⁵⁾ a indometacínom⁶⁾.

Uvedené deriváty celulózy majú vo farmaceutickej praxi široké použitie. Sú to spojivá, filmotvorné látky, zahusťovadlá adhezívnych gélov, uplatňujú sa pri príprave mikrokapsulí, sú stabilizátormi v emulziách a lociónoch, zvyšujú viskozitu očných liekov a v neposlednom rade pri formulácii dermálnych polotuhých liekov, v tomto prípade hydrogélov⁷⁻⁹⁾.

Druhou skupinou biopolymérov, ktorej vplyv na liberáciu sa hodnotí, je chitosan. Vyrába sa z odpadu pri spracovaní morských živočíchov, ich lastúr, pórovitých schránok tela bezstavovcov atď. Je to binárny polysacharid, ktorý obsahuje dve jednotky N-acetyl-D-glukosamínu a D-glukosamínu, ktorý sa získava čiastočnou deacetyláciou chitínu. Ide o kationový polymér. Tieto neúplne deacetylované frakcie chitosanu sa hodia na formuláciu hydrogélov. Prehľad vlastností a údajov o použití chitosanu

vo farmácii je uvedený v práci¹⁰⁾. Vo farmácii má chitosan rozsiahle uplatnenie. Používa sa ako rozvoľňovadlo, enhancer, gélotvorná látka, filmotvorná látka, mukoadhezívny polymér, prostriedok na hojenie rán. Jednou z dôležitých jeho vlastností je aj možnosť optimalizácie disolučných profilov ťažko rozpustných liečiv¹¹⁻¹³⁾.

Príspevok je zameraný na prípravu hydrogélov polotuhej konzistencie, ktoré majú vhodné reologické vlastnosti a použitie pri príprave dermálnych polotuhých liekov.

POKUSNÁ ČASŤ

Použité chemikálie

Chlórhexidíniumdichlorid SL1 (CHX) – (Imperial Chemical Industries, Geshire, GB); metylcelulóza (Methylcellulosum SL1 (MC), Hercules, USA), Natrosol® (Hydroxyethylcellulosum SL1 (HEC), Hercules, USA); Klucel® MCS (Hydroxypropylcellulosum SL1 (HPC), Hercules, USA); chitosan (CHIT) – stredná a vysoká molekulová hmotnosť (Sigma-Aldrich, USA); kyselina mliečna (Interpharm, SR); permečná membrána (EKOZ s.r.o, SR); fyziologický roztok NaCl.

Použité prístroje

Permečná aparatúra vyrobená na KGF, FaF, UK, Bratislava, SR; spektrofotometer – Philips Pyll Unicam 8625 Ltd., Cambridge, GB; termostat U 10 – Prüfgeräte-Werk Medingen, D; Viskotester VT 500, Haake Mess – Technik GmbH, Karlsruhe, D., pH meter Metrohm.

Zloženie hydrogélov

Liečivo chlórhexidíniumdichlorid bolo použité v 0,1% (m/m) koncentrácii. Polyméry – gélotvorné látky boli použité vždy v 2,5% (m/m) koncentrácii. Nakoľko chitosan sa rozpúšťa a tvorí gély len v kyslom pH prostredí, použila sa kyselina mliečna v 1% koncentrácii.

Liberácia liečiva chlórhexidíniumdichlorid z hydrogélov

Liberácia liečiva z hydrogélu sa sledovala a hodnotila podľa postupu uvedeného v práci¹⁴⁾ po 15, 30, 45, 60, 90 a 180 minút. Obsah liečiva – chlórhexidíniumdichloridu sa stanovil spektrofotometricky pri $\lambda = 254$ nm.

Stanovenie tokových vlastností

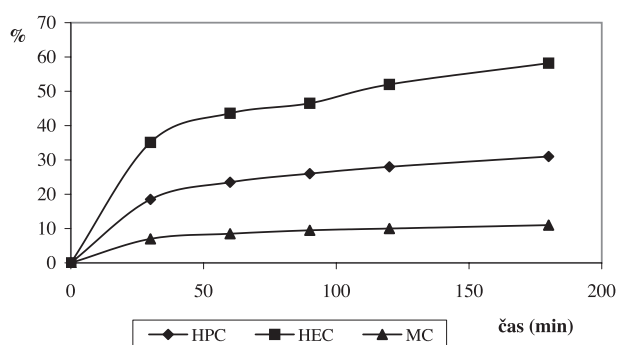
Reologické vlastnosti hydrogélov sa stanovili 48 hod. po príprave hydrogélov podľa práce¹⁴⁾.

Stanovenie pH gélov

pH sa meralo 48 hod. po príprave hydrogélov na pH – metri Metrohm, ktorý bol kalibrovaný dvoma referenčnými tlmivými roztokmi: ftalanovým o pH $4 \pm 0,02$ a boritanovým o pH $9 \pm 0,02$ pri $20 \pm 0,2$ °C.

VÝSLEDKY

Na obrázku 1 sú znázornené liberačné profily chlórhexidíniumdichloridu z gélov pripravených na báze derivátov celulózy – metylcelulózy, hydroxyetylcelulózy a hydroxypropylcelulózy. Tieto liberačné profily majú podobný priebeh. Významným výsledkom je, že sú štatisticky významné rozdiely v % uvoľneného liečiva. Najmenej liečiva sa uvoľnilo z gélu pripraveného z MC

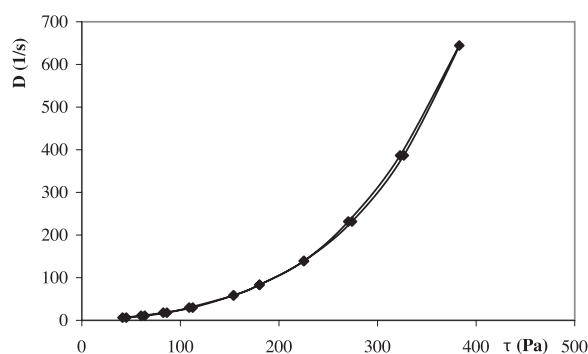


Obr. 1. Liberácia CHX z 2,5% HPC, HEC, MC hydrogélom

a najviac z HEC. V prípade MC gélu to bolo po 180 minútach 11 % (m/m) a v prípade HEC je to až 58,2 % (m/m). Je to dôsledok väčšej hydrofility HEC než MC. U obidvoch derivátov celulózy ide o étery celulózy. Liečivo chlórhexidíniumdichlorid je kationové. V tomto prípade nedochádza k interakcii tohto liečiva s MC a HEC.

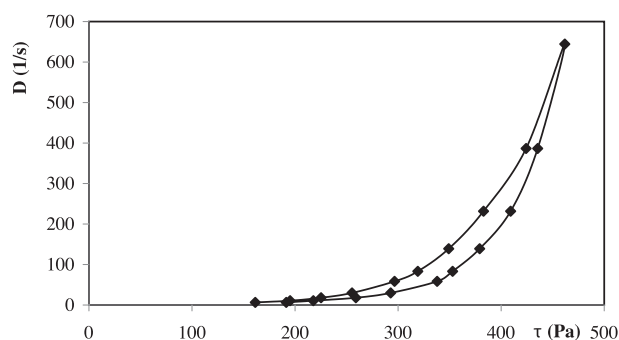
Ako z obrázku 1 vidieť, liberačný profil chlórhexidíniumdichloridu z HPC gélov sa nachádza medzi liberačným profilom MC a HEC. Percento uvoľneného liečiva po 180 minútach z HPC gélu je 31 % (m/m).

Pri porovnaní tokových vlastností gélov z derivátov celulózy s liečivom vidieť, že gél MC s liečivom vykazuje plastický tok (obr. 2). Gély HEC a HPC sa reologic-



Obr. 2. Reologická krivka hydrogélom 2,5 % MC + 0,1 % CHX

kými vlastnosťami líšia od MC gélu. HEC (obr. 3) a aj HPC vykazujú časovo závislý tixotropný tok. Tieto reologické vlastnosti sú z hľadiska aplikácie dermálnych polotuhých liekov žiaduce.



Obr. 3. Reologická krivka hydrogélom 2,5 % HEC + 0,1 % CHX

Na základe porovnania výsledkov z liberačných profilov a reologických vlastností v príspevku hodnotených hydrogélom možno konštatovať, že optimálnym polymérom spomedzi MC, HEC a HPC – pre formuláciu hydrogélom s chlórhexidíniumdichloridom je hydroxyetylcelulóza o 2,5 % koncentrácii.

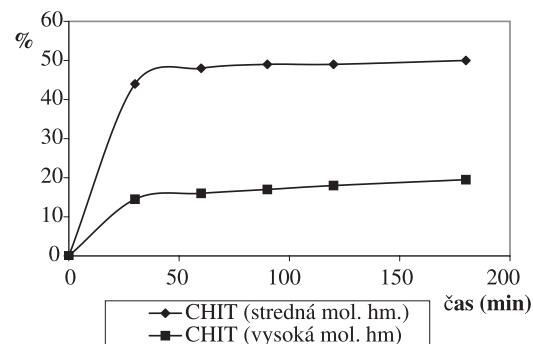
Druhú skupinu biopolymérov, ktoré boli živočíšneho pôvodu, tvorí chitosan o strednej a vysokej molekulovej hmotnosti. Polymér – chitosan má zásaditý charakter, čím sa líši od celulózy a ďalších polysacharidov. Je schopný tvoriť gély pri nízkom pH. Tu dochádza k protonácii aminoskupiny, vlákna polyméru získavajú súhlasný náboj a v dôsledku toho sa odpudzujú a polymér napučia.

Chitosan, ktorý bol v tejto práci použitý na prípravu gélov, disponuje radom cenných biologických vlastností. Spomenieme len tie vlastnosti, ktoré pre hydrogély s chlórhexidínom sú najdôležitejšie. Je to antimikrobiálny a antitumorový účinok. Ďalšou výhodou tohto polyméru je biokompatibilita a biodegradovateľnosť. Chitosan je vo forme soli s kyselinou chlorovodíkovou zaradený aj do Českého a Európskeho liekopisu.

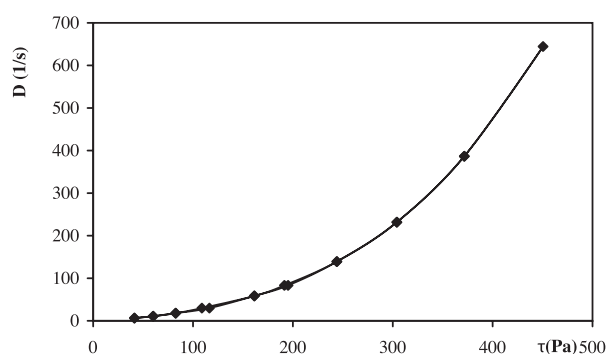
Faktory, ktoré ovplyvňujú liberáciu liečiva zahŕňajú:

- vlastnosti liečiva (rozpustnosť, molekulová hmotnosť, elektrický náboj),
- vlastnosti a koncentrácia chitosanu (stupeň deacetylácie, molekulová hmotnosť, pH).

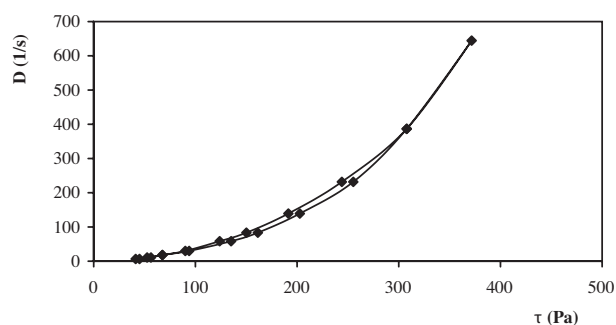
Na obrázku 4 sú znázornené liberačné profily chlórhexidíniumdichloridu z chitosanových hydrogélom o dvoch molekulových hmotnostiach: strednej a vysokej. Ako z obrázku 4 vidieť, už po 30 minútach sa z gélu chitosanu o strednej molekulovej hmotnosti uvoľnilo viac liečiva



Obr. 4. Liberácia CHX z 2,5% CHIT hydrogélom



Obr. 5. Reologická krivka hydrogélů 2,5 % CHIT (středná mol. hm.) + 0,1 % CHX



Obr. 6. Reologická krivka hydrogélů 2,5 % CHIT (vysoká mol. hm.) + 0,1 % CHX

než z gélů o vysoké molekulové hmotnosti chitosanu. Rozdíly v uvolněním percente léčiva mezi dvěma hydrogely byly statisticky vysoko významné. Po první hodině byl rozdíl mezi uvolněným % chlórhexidíniumdichloridu z hydrogélů so střednou a vysokou molekulovou hmotností chitosanu až 32 %. Při vysoké molekulové hmotnosti chitosanu bylo uvolňování léčiva nižší a pomalší. Důležitým výsledkem je, že koncentrace uvolněného léčiva v případě chitosanových hydrogelů od první hodiny zůstává na rovnaké úrovni a dosahuje 50 % z celkové dávky léčiva. V případě derivátů celulózy 50 % léčiva se uvolnilo po 2 hodinách z hydroxyetylcelulóзовého hydrogélů a u ostatních dvou derivátů celulózy množství uvolněného léčiva v porovnání k hydroxyetylcelulóзовému hydrogélů vykazovalo pokles – statisticky významný rozdíl $P > 0,01$.

Při porovnání tokových vlastností hodnotených chitosanových gélů o rozdílné molekulové hmotnosti možno konstatovat, že gél připravený z chitosanu o střední až vysoké molekulové hmotnosti vykazuje pseudoplastický tok (obr. 5, 6). Výsledky možno zhrnout následovně: Liberace z gélů na bázi derivátů celulózy stúpa v poradí: MC < HPC < HEC a na bázi chitosanu vysoká < středná molekulová hmotnost.

pH chitosanových hydrogelů sa pohybovalo v rozmedzí 5,5–6,2.

Hydrogely chlórhexidíniumdichloridu na bázi MC a chitosanu o střední a vysoké molekulové hmotnosti vykazujú pseudoplastický tok a na bázi HEC, HPC tixotropný tok.

Molekulová hmotnosť chitosanu sa pohybuje medzi 10–1400 kDa a ovplyvňuje liberáciu léčiva. Ako vidieť

pri vyššej molekulovej hmotnosti chitosanu bolo uvoľňovanie chlórhexidíniumdichloridu nižšie, to znamená pomalšie.

Na základe získaných výsledkov možno konštatovať, že z hľadiska liberácie chlórhexidínu sa ako najvhodnejší polymér pre formuláciu hydrogélů javí chitosan o strednej molekulovej hmotnosti a hydroxyetylcelulóza.

Tento výskum bol podporený grantom VEGA č. 1/0320/08.

LITERATÚRA

1. Hirsh, S. G., Spontak, R. J.: Temperature – dependent property development in hydrogels derived from hydroxypropylcellulose. *Polymer*, 2002; 43, 123–129.
2. Ramachandran, S., Chen, S., Etzler, F.: Rheological characterization of hydroxypropylcellulose gels. *Drug Dev. Ind. Pharm.*, 1999; 25, 153–161.
3. Sinha, R. D., Rohera, B. D.: Comparative evaluation of rate of hydration and matrix erosion of HEC and HPC and study of drug release from their matrices. *Eur. J. Pharm. Sci.*, 2002; 16, 193–199.
4. Rafiee-Tehrani, M., Mehramizi, A.: In vitro release studies of piroxicam from oil-in-water creams and hydroalcoholic gel topical formulations. *Drug Dev. Ind. Pharm.*, 2000; 26, 409–414.
5. Vitková, Z., Šubová, M., Zbudilová, J., Čirbusová, E., Čížmárik, J.: Hodnotenie farmaceutickej dostupnosti nesteroidného antireumatika z hydrogelů. *Farm. Obzor*, 2003; 72, 197–200.
6. Fujii, M., Shiozawa, K., Watanabe, Y., Matsumoto, M.: Effect of phosphatidylcholine on skin permeation of indometacin from gel prepared with liquid paraffin and hydrogenated phospholipid. *Int. J. Pharm.*, 2001; 222, 57–64.
7. Rabišková, M.: Moderní lékové formy pro orální a perorální aplikaci. Bratislava: Farmaceutická fakulta UK, 2009, 175.
8. Bajarová, M., Gajdziok, J., Dvořáčková, K., Masteiková, R., Kollár, P.: Polosyntetické deriváty celulózy jako základ hydrofilních gelových systémů. *Čes. slov. Farm.*, 2008; 57, 63–69.
9. Donald L. Wise: Handbook of pharmaceutical controlled release technology. New York: Marcel Dekker Inc., 2000, 3–30.
10. Kopecký, F., Kopecká, B., Semjanová, O.: Vlastnosti chitosanu a sorpce mědnatých iontu z roztoku síranu mědnatého na chitosan. *Čes. slov. Farm.*, 2002; 51, 134–139.
11. Varshosaz J., Jaffari F., Karimzadeh S.: Development of bioadhesive chitosan gels for topical delivery of lidocaine. *Sci. Pharm.*, 2006; 74, 209–223.
12. Ammar, H.O., Salama, H.A., El-Nahhas, S.A., Elmotasen, H.: Design and evaluation of chitosan films for transdermal delivery of glimepiride. *Curr. Drug Deliv.*, 2008; 5, 290–298.
13. Khoo, C. G., Frantzich, S., Rosinski, A., Sjöström, M., Hoogstraate, J.: Oral gingival delivery system from chitosan beds with hydrophilic polymers. *Eur. J. Pharm. Biopharm.*, 2003; 55, 47–56.
14. Vitková, Z., Herdová, P., Šubová, M., Šimunková, V.: Formulácia chlórhexidínu do hydrogelů. *Čes. slov. Farm.*, 2009; 58, 116–118.