

武蔵野大学 学術機関リポジトリ

Musashino University Academic Institutional Repository

薬物の経口吸収評価を目的としたin vitro細胞透過性試験の新規モデル解析

メタデータ	言語: jpn
	出版者:
	公開日: 2016-08-11
	キーワード (Ja):
	キーワード (En):
	作成者: 尾關, 和久
	メールアドレス:
	所属:
URL	https://mu.repo.nii.ac.jp/records/244

博士学位論文

内容の要旨及び論文審査結果の要旨

第 25 号

2016年3月

武蔵野大学大学院

はしがき

本号は、学位規則(昭和28年4月1日文部省令第9号)第8条による公表を目的として、

2016年3月18日に本学において博士の学位を授与した者の論文内容の要旨及び論文審査の

結果の要旨を収録したものである。

※要旨番号について、通し番号の整理により以下の通り変更(2022年8月8日)。

- 変更前:第13号
- ・変更後:第25号

氏	名	学位記番号	学位の種類	論文題目	(頁)
尾關	和久	博 十甲第25号	博 十 (薬物の経口吸収評価を目的。	トしたin
/-[]		10 II 1000			2 072111
				vitro細胞透過性試験の新規モデル解	
				<i>₩</i>	1
				12日	\cdots

氏 名	尾關和久
学位の種類	博士 (薬科学)
学位記番号	甲第 25 号
学位授与の日付	2016年3月18日
学位授与の要件	学位規則第4条第1項該当
学位論文題目	薬物の経口吸収評価を目的とした in vitro 細胞透過性試験の新規
	モデル解析
論文審査委員	主 查 武蔵野大学 教授
	三原潔
	副 查 武蔵野大学 教授
	伊藤清美
	副 查 武蔵野大学 教授
	土方貴雄

Г

論文内容の要旨

医薬品開発において、薬物のヒトにおける経口吸収率をinvitroから予測する系として、 一般的に Caco-2 細胞を用いた透過性実験が実施されている。Caco-2 細胞はヒト結腸癌由 来の細胞株で、培養すると小腸上皮細胞に似た刷子縁やタイトジャンクションの形態学的 特徴を示し、単層の細胞層を形成する。さらに薬物を細胞内から刷子縁膜側に排出する P-glycoprotein (P-gp) などのトランスポーターも発現していることが知られている。こ の細胞をトランスメンブレン上で培養し、刷子縁膜側(Apical 側)に薬物を添加し、血管 膜側(Basal 側)の溶液をサンプリングすることにより、以下の式に従って見かけの透過 係数 (P_{app})を算出する。このような実験において評価した P_{app}は、多くの薬物においてヒ ト経口吸収率と相関することが明らかとなっている。

$$P_{app} = \frac{1}{C_1(0)*S} \times \frac{dQ}{dt}$$
式1 dQ/dt: 薬物の透過速度(単位時間当たりに Basal 側に出現
する薬物量)

S:細胞全体の表面積、C₁(0): Apical 側の薬物の初濃度

式1は、Basal 側の薬物量は直線的に増加するという仮定に基づいている。しかし、薬物によって Apical 側に添加してから Basal 側に出現するまでに Lag time が存在したり、 Basal 側の薬物濃度が直線的な増加の後、頭打ちになったりする場合がある。このような ケースでは、dQ/dt が経時的に変化し Papp を適切に評価できていない可能性があると考えら れた。そこで本研究では、薬物の細胞透過性試験において Papp を適切に評価するために、 細胞内分布を考慮したモデルを構築するとともに、モデル式を展開することによって、Papp を評価するための適切な時間範囲を明らかにした。さらに、受動拡散で膜透過する代表的 な薬物および P-gp 基質を用いて Caco-2 細胞透過性試験を実施し、モデルの有用性を確認 した。

1. 細胞内分布を考慮したモデル構築

図1に示す3-コンパートメントモデルに基づいて、Apical 側、細胞内およびBasal 側の 薬物濃度推移をそれぞれ微分方程式で記述し、ラプラス変換を利用して解くことにより各 部位の濃度推移を時間の関数として表した。



- 図1 細胞内分布を考慮したモデル
- C₁: Apical 側の濃度, C₂: 細胞内濃度, C₃: Basal 側の濃度 PS₁: Apical 側から細胞内への取り込みクリアランス PS₂: 細胞内から Apical 側への排出クリアランス PS₃: 細胞内から Basal 側への排出クリアランス PS₄: Basal 側から細胞内への取り込みクリアランス V₁: Apical 側の液量, V₂: 細胞内容積, V₃: Basal 側の液量

Apical側の濃度推移:	$C_1 = C_1(0) + A_1(1 - e^{-\alpha t}) + B_1(1 - e^{-\beta t})$	式2
細胞内の濃度推移:	$C_2 = A_2(1 - e^{-\alpha t}) + B_2(1 - e^{-\beta t})$	式3
Basal側の濃度推移:	$C_3 = A_3(1 - e^{-\alpha t}) + B_3(1 - e^{-\beta t})$	式4

$$\begin{split} A_{1} &= \frac{C_{1}(0)}{\alpha(\beta - \alpha)} \left\{ \alpha^{2} - (\frac{PS_{4}}{V_{3}} + \frac{PS_{2} + PS_{3}}{V_{2}})\alpha + \frac{PS_{2} \times PS_{4}}{V_{2} \times V_{3}} \right\}, \quad B_{1} = \frac{C_{1}(0)}{\beta(\alpha - \beta)} \left\{ \beta^{2} - (\frac{PS_{4}}{V_{3}} + \frac{PS_{2} + PS_{3}}{V_{2}})\beta + \frac{PS_{2} \times PS_{4}}{V_{2} \times V_{3}} \right\}, \\ A_{2} &= \frac{C_{1}(0)}{\alpha(\beta - \alpha)} \times \frac{PS_{1}}{V_{2}} \times (-\alpha + \frac{PS_{4}}{V_{3}}) \quad , \quad B_{2} = \frac{C_{1}(0)}{\beta(\alpha - \beta)} \times \frac{PS_{1}}{V_{2}} \times (-\beta + \frac{PS_{4}}{V_{3}}) \quad , \quad A_{3} = \frac{C_{1}(0)}{\alpha(\beta - \alpha)} \times \frac{PS_{1} \times PS_{3}}{V_{2} \times V_{3}} \\ B_{3} &= \frac{C_{1}(0)}{\beta(\alpha - \beta)} \times \frac{PS_{1} \times PS_{3}}{V_{2} \times V_{3}} \quad , \quad \end{split}$$

$$\alpha = \frac{1}{2} \left\{ \left(\frac{PS_1}{V_1} + \frac{PS_2 + PS_3}{V_2} + \frac{PS_4}{V_3} \right) + z \right\}, \quad \beta = \frac{1}{2} \left\{ \left(\frac{PS_1}{V_1} + \frac{PS_2 + PS_3}{V_2} + \frac{PS_4}{V_3} \right) - z \right\},$$

$$z = \left\{ \left(\frac{PS_1}{V_1} + \frac{PS_2 + PS_3}{V_2} + \frac{PS_4}{V_3}\right)^2 - 4\left(\frac{PS_1 \times PS_3}{V_1 \times V_2} + \frac{PS_1 \times PS_4}{V_1 \times V_3} + \frac{PS_2 \times PS_4}{V_2 \times V_3}\right) \right\}^{\frac{1}{2}}$$

細胞内濃度の定常状態($dC_2/dt=0$)および Basal 側のシンク条件(薬物は細胞内に戻らない)を仮定し、さらに受動拡散で膜透過する薬物を想定して非結合形の膜透過クリアランスはすべて等しい ($PS_1/Fu_1=PS_2/Fu_2=PS_3/Fu_2=PS_4/Fu_3$; Fu_1 、 Fu_2 、 Fu_3 はそれぞれ Apical 側、細胞内、Basal 側の非結合形分率)と仮定すると、式1の P_{app} は以下のように表される。

$$P_{app} = \frac{V_3}{C_1(0) \times S} \frac{dC_3}{dt} = PS_3 \times \frac{PS_1}{(PS_2 + PS_3) \times S} = \frac{PS_1}{2 \times S}$$

2. 細胞透過性試験における直線範囲について

3/αはPappが大きくなるに従って小さくな



図2 Basal 側の薬物濃度推移

り、 Fu_2 が小さくなるに従って大きくなった。一方、直線領域の終了時間である 0.3/ β も P_{app} が大きくなるに従って小さくなるが、 Fu_2 の影響はほとんど受けなかった(図 3)。 P_{app} を評価するためのシンク条件として、欧州医薬品庁の薬物相互作用に関するガイダンスで は、Apical 側の濃度に対して C₃が 10%以下であることとされているが、本結果より、C₃ の直線領域はそのように一律に定義されるものではなく、薬物の膜透過性に依存すること が明らかとなった。



図 3 受動拡散により膜透過する薬物の Basal 側濃度推移における直線領域のシミュレーション

PS₁/Fu₁=PS₂/Fu₂=PS₃/Fu₂=PS₄/Fu₃と仮定し、P_{app}は式5より算出した。

V1=250 µL, V2=0.9 µL, V3=600 µL, Fu1=Fu3=1



に薬物を添加する透過性 (AtoB) 試験を行い、Donor (Apical) 側、細胞内、Receiver (Basal) 側の濃度推移を本モデル (式 2~4) に当てはめることにより、PS₁/Fu₁および Fu₂の最適値 を算出した。P-gp 基質については、Basal 側に薬物を添加する (BtoA) 試験も実施し、PS₂/Fu₂ は独立した変数として最適化した。各薬物について最適化されたパラメータとそれらを用 いて Receiver 側濃度の直線領域を算出した結果を表1に、代表例として metoprolol およ び cyclosporine の濃度推移とその当てはめ曲線を図4に示す。本モデルによって、いずれ の濃度推移も表現することが可能であった。

Metoprolol および digoxin では算出された $3/\alpha$ の値が小さく、薬物添加後 10 分以内に Receiver 側の直線領域が始まるのに対し、脂溶性 (cLog P)の大きい薬物では Fu₂の値が 小さく、直線領域の開始時間が遅れる傾向が見られた。Cyclosporine では AtoB 試験およ びBtoA 試験のいずれにおいても 120 分のインキュベーション時間内に直線領域は始まらず、 AtoB 試験の Receiver 側濃度推移の 120 分までの傾きから従来の方法 (式 1)により算出し た P_{app}は、式5 から算出した値と比較して5 倍の過小評価となった。一方、metoprolol、 propranolol および verapamil では 120 分のインキュベーション時間の途中で直線領域が 終了することが明らかとなった。

	al ag D	$Fu_2^{1)}$	PS ₁ /Fu ₁	PS ₂ /Fu ₂	直線領域(min) ²⁾	
	CLOG F		$(x10^{-6} \text{ mL/s})^{-1}$	$(x10^{-6} \text{ mL/s})^{-1}$	AtoB	BtoA
Atenolol	0.22	1.35 ± 0.14	0.566 ± 0.024	—	29.4 - 3242	—
Metoprolol	1.95	0.106 ± 0.003	29.9 ± 1.0	—	7.02 - 62.4	—
Propranolol	3.48	0.0172 ± 0.0007	32.4 ± 0.9	—	38.1 - 71.9	—
Digoxin	1.36	0.111 ± 0.015	4.45 ± 0.12	39.3 ± 2.6	9.26 - 1177	9.28 - 682
Cyclosporine	3.54	0.00213 ± 0.00053	6.63 ± 0.46	49.3±11.9	319 - 1724	371 - 514
Verapamil	4.33	0.0154 ± 0.0007	26.2 ± 0.5	41.7 ± 2.0	40.5 - 106	41.6 - 126

表1 Caco-2 細胞透過性試験解析結果

¹⁾ 収束値±SD、²⁾ 3/α <時間<0.3/β

本研究の結果より、細胞透過性試験において Basal 側濃度推移から正確な P_{app} を評価するためには、サンプリング時間を $3/\alpha \sim 0.3/\beta$ の範囲に設定する必要があることが明らかとなった。 α は膜透過性と細胞内結合に、 β は膜透過性のみに依存するパラメータであり、特に脂溶性が大きい薬物については Basal 側濃度の直線領域の開始が遅いことから、 P_{app}

の過小評価を避けるためには本研究で構築した 3-コンパートメントモデルに各部位の濃度 推移を当てはめることが推奨される。

論文審査結果の要旨

医薬品開発において、薬品の経口吸収率を in vitro から予測することを目的として、一 般的にヒト結腸癌由来細胞株 Caco-2 細胞を用いた透過性試験が実施されている。細胞透過 性試験では、通常、トランスメンブレン上で培養した細胞の刷子縁膜側(Apical 側)に薬 物を添加した後、血管側(Basal 側)の薬物量が直線的に増加することを仮定して見かけ の透過係数(Papp)が評価されるが、薬物によって Basal 側濃度推移にラグタイムや頭打 ちが認められ、正確な Papp を評価できない可能性が考えられた。そこで本研究では、薬物 の細胞内分布を考慮したモデルを構築し、Papp を評価するための適切な時間範囲を明らか にするとともに、代表的な薬物を用いて Caco-2 細胞透過性試験を実施し、モデルの有用性 を確認した。

Apical 側、細胞内、Basal 側から成る 3-コンパートメントモデルに基づいて、各部位の 物質収支式から Laplas 変換を利用して解析解を導き、さらに Taylor 展開することにより、 Basal 側薬物濃度推移は $3/\alpha \leq$ 時間 $\leq 0.3/\beta$ の条件で直線の式に近似されることが明らか となった。タンパク質等に結合していない非結合形薬物のみが細胞膜を透過すると仮定し てシミュレーションを実施した結果、直線領域の開始時間である $3/\alpha$ は薬物の膜透過性と 細胞内結合に依存し、終了時間である $0.3/\beta$ は膜透過性のみに依存することが示された。 6 種類の薬物を対象として Caco-2 細胞透過試験を実施し、各部位における薬物濃度推移を 本モデルに当てはめることにより膜透過クリアランスおよび細胞内非結合率の最適値を求 めた結果、脂溶性が大きい薬物では細胞内結合が強く、Basal 側濃度推移の直線領域の開 始が遅い傾向が認められた。

本研究の結果より、薬物の細胞透過性試験において Basal 側濃度推移から正確な Papp を 評価するためには、 $3/\alpha \sim 0.3/\beta$ の時間範囲で透過速度を評価する必要があることが明ら かとなった。特に脂溶性が大きい薬物については、Papp の過小評価を避けるために、本研

6

究で構築したモデルに各部位の濃度推移を当てはめることが推奨される。医薬品候補化合成の物性が多様化している中で、製薬企業で広く実施されている細胞透過性評価方法についてモデル解析に基づき多様な化合物を想定して検証した意義は大きく、本研究は博士(薬科学)の学位に相応しいと考える。