・前沿与进展・ ADVANCES IN PHARMACEUTICAL SCIENCES



药物纳米晶的制备及其口服转运机制研究进展

吴帅聪,秦超,韩晓鹏,尹莉芳*

(中国药科大学药学院,江苏南京211198)

[摘要]现阶段提高难溶性药物口服生物利用度是药剂学研究的热点内容,其中药物纳米晶化凭借较高的载药量、较高的口服生物利用度以及易于工业化生产等优点受到广泛关注。药物纳米晶是指采用粉碎法(Top-down法)或纳米沉淀法(Bottom-up法)制备的除稳定剂外无其他药用载体的纳米级微粒。通常认为药物纳米晶口服给药后通过内吞作用吸收入血或通过 M 细胞介导转运至肠系膜淋巴循环,但目前尚未透彻研究药物纳米晶跨肠道上皮细胞的转运机制。综述系统介绍了纳米晶的定义、制备方法、相关的体外细胞培养模型(Caco-2, MDCK, Caco-2/HT29-MTX, Caco-2/HT29-MTX/Raji-B)以及影响纳米晶跨膜转运的因素,并通过体外细胞培养模型从分子水平上深入分析药物纳米晶跨膜转运机制。

[关键词]药物纳米晶;口服吸收;转运机制;细胞培养模型

[中图分类号]R944 [文献标志码]A

[文章编号]1001-5094 (2023)04-0303-09 DOI:10.20053/j.issn1001-5094.2023.04.006

Kesearch Progress in the Preparation and Oral Transport Mechanism of Drug Nanocrystals

WU Shuaicong, QIN Chao, HAN Xiaopeng, YIN Lifang

(School of Pharmacy, China Pharmaceutical University, Nanjing 211198, China)

[Abstract] Currently, improving the oral bioavailability of poorly soluble drugs is a hot topic in pharmaceutics, with particularly wide attention to nanocrystallization due to its high drug loading, high oral bioavailability and easy industrial production. Drug nanocrystal refers to nanoscale particles prepared by pulverization (Top-down method) or nanoprecipitation (Bottom-up method) with no other pharmaceutical carriers except stabilizer. It is generally believed that nanocrystals are absorbed into blood through endocytosis or transported to the mesenteric lymphatic circulation mediated by M cells after oral administration, but the trans-epithelial mechanism of nanocrystals has not been thoroughly explored. This article systematically introduces the definition of nanocrystals, their preparation methods, some *in-vitro* cell culture models (Caco-2, MDCK, Caco-2/HT29-MTX, Caco-2/HT29-MTX/Raji-B) and influential factors for the trans-epithelial mechanism of nanocrystals, and analyzes the trans-epithelial mechanism of nanocrystals at molecular level through *in-vitro* cell culture models. [Key words] drug nanocrystal; oral absorption; transport mechanism; cell culture model

随着计算机辅助药物设计技术的发展,新药研发 在缩短研发周期、节约研发成本、提高药物设计命中 率等方面取得了重大成果。然而目前研发的药物化合

接受日期: 2021-07-16
项目资助: "重大新药创制"科技重大专项(No. 2017zx09101001-
004)
*通信作者: 尹莉芳, 教授;
研究方向:缓控释给药系统,纳米给药系统;
Tel: 025-83271018; E-mail: lifangyin_@163.com

物中约 70% 以上存在相对分子质量较大、水溶性较差 等问题^[1-2]。现阶段有多种技术可改善难溶性药物的溶 解度,比如药物微粉化、环糊精包合技术、制备固体 分散体、制备纳米乳剂、药物纳米晶化等^[3-5]。其中, 纳米晶技术可显著降低难溶性药物粒径从而提高其饱 和溶解度及溶出速率,口服给药后使其生物利用度提 高数十倍,展现出巨大的优势^[6]。由于人体胃肠道环 境复杂,研究纳米晶口服给药后体内转运过程常需借 助相关的体外细胞培养模型,且目前尚不清楚纳米晶 是以晶体态还是游离态形式跨肠道上皮细胞转运¹⁷,因此研究纳米晶跨膜转运机制对纳米晶剂型设计具有 指导意义。本文系统地介绍了药物纳米晶的制备工艺、 体外细胞培养模型以及影响其转运吸收的相关因素, 以期帮助研究人员从分子水平上解读纳米晶体内转运 过程以及指导难溶性药物纳米晶剂型的设计。

1 纳米晶简介

药物纳米晶是指选取适宜稳定剂制备的胶体药

物微粒分散体系,除稳定剂外无其他药用载体,尺 寸通常小于1000 nm^[8]。药物纳米晶通常以纳米混 悬液的形式制备,并通过旋蒸或离心的方法除去有 机溶剂,冷冻干燥后得到可重新分散的药物微粒^[9]。 与制备药物分子前药、环糊精包合物、固体分散体 以及固体脂质纳米粒等工艺相比,药物纳米晶化可 获得较高的载药量和口服生物利用度,且易于工业 化生产。目前多种纳米晶药物被批准上市,部分上 市产品如表1所示。

Table 1 Some nanocrystal products approved							
商品名	药物化合物	适应证	制备工艺	研发公司	上市国家	上市年份	
Verelan PM [®]	维拉帕米	心律失常	湿法介质研磨	Schwarz 制药	美国	1998	
Rapamune®	雷帕霉素 (西罗莫司)	用于器官移植的抗排斥反 应和自身免疫性疾病	湿法介质研磨	惠氏	美国	2000	
Zanaflex TM	替扎尼定	疼痛性肌痉挛	湿法介质研磨	Acorda 制药	美国	2002	
Herbesser®	地尔硫䓬	心绞痛和高血压	湿法介质研磨	田边三菱制药	日本	2002	
Naprelan®	萘普生	轻至中度疼痛	湿法介质研磨	惠氏	美国	2006	
Theodur®	茶碱	支气管哮喘	湿法介质研磨	田边三菱制药	日本	2008	
Aristada Initio TM	阿立哌唑	精神分裂症	高压均质研磨	Alkermes 制药	美国	2015	

表1部分被批准上市的纳米晶药物[10-11]

2 制备工艺及表征

制备药物纳米晶的基本方法有 2 种: Top-down 法(粉碎法)和 Bottom-up 法(纳米沉淀法)。 Top-down 法是指通过物理方法粉碎药物粗颗粒从 而得到纳米级的微粒,主要手段为高压均质(high pressure homogenization, HPH)和湿法介质研磨; Bottom-up 法的主要手段为反溶剂法,即通过超声等 物理方法制备适宜粒径大小的微粒。上述 2 种制备 方法也可联合应用。此外,研究表明药物纳米晶的 理化性质对其稳定性有显著影响,目前有多种技术 可表征药物纳米晶,其中最基本的表征为粒径分布、 Zeta 电位测定、形态学表征和晶型研究等。

2.1 制备工艺

2.1.1 Top-down 法 该方法通过施加较高的物理机械 能粉碎药物颗粒制备纳米晶,主要包括 HPH 以及湿 法介质研磨技术^[12]。HPH 技术又可细分为活塞间隙 型和微流化型。活塞间隙型原理是将药物分散在含 有稳定剂的溶液中并通过高压迫使药物混悬液通过 微小的空隙来降低药物粒径;微流化型原理是指利 用 2 组高压气体流碰撞药物颗粒从而降低其粒径。 第2代 HPH 技术 (Nanopure[®] 技术)采用非水溶剂 全部或部分替换水性溶剂制备药物纳米晶,避免了 部分药物在水溶液中易降解的缺陷,如采用甘油-水 体系制备满足静脉注射等渗要求的纳米混悬液。湿 法介质研磨主要将药物分散于含有稳定剂的水相中 得到粗混悬液,之后将其加入研磨机中,依靠研磨 珠剪切摩擦从而降低药物粒径。该制备方法通常要 求药物质量分数在2%~30%以内,且研磨珠的材质、 数量、尺寸、碰撞速度以及研磨时间等参数均会影 响纳米晶的粒径和稳定性^[13]。相较于 Bottom-up 方 法,Top-down 法的优点是适用范围广、不含有机溶 剂、制备方法灵活、批间差异小且可进行大批量生 产。但该方法操作烦琐,并不适用于静脉注射药物, 故其应用受到一定限制[14]。目前大部分被批准上市 的口服药物纳米晶采用了湿法介质研磨的制备工艺, 如 Tricor[®] 和 Avinza[®] 等药品^[15-16]。

2.1.2 Bottom-up法 该方法常被称作反溶剂法,是 目前实验室制备药物纳米晶的常用手段。其主要过 程如下:首先将药物溶解于有机溶剂中作为有机 相,将稳定剂溶于蒸馏水中作为水相,然后在磁力 搅拌的条件下将有机相缓缓注入水相中使药物结晶 析出,探头超声制备纳米微粒^[17]。为了获得稳定的 药物纳米晶,除了选择合适的稳定剂外还要筛选投 药量、有机相与水相的体积比、药物与稳定剂的质 量比、超声功率以及时间等参数。但该方法存在难 以控制晶核形成的过程、选择合适的有机溶剂与稳 定剂相对困难且有残留有机溶剂的缺点,因此不易 实现工业化生产。目前应用超临界流体(supercritical fluid, SCF)技术可以弥补残留有机溶剂带来的缺陷, 其具体操作是将药物先溶于超临界液体中,然后通 过微小空隙雾化干燥,超临界液体因受热气化从而 使得药物晶体析出^[18]。此法避免了有机溶剂的使用, 但喷雾干燥会导致药物颗粒粘连,无法制备稳定的 纳米晶。

2.1.3 组合方法 组合方法是指将 Top-down 与 Bottomup 方法联合起来,利用其各自优点制备易于工业 化生产的药物纳米晶^[19]。组合技术避免了反溶剂 法中晶核增长以及湿法研磨过程中研磨时间过长 的问题。美国百特(Baxter)公司申请了一项叫做 NanoEdge[™]的组合方法专利,该联用技术先通过反 溶剂法制备药物纳米晶,而后通过 HPH 进一步降低 药物粒径,提高其物理稳定性^[20]。

2.2 药物纳米晶的表征

药物纳米晶的粒径及其表面电荷影响了纳米 晶的理化性质,纳米晶的粒径大小是最关键的物 理参数。一般使用动态光散射技术(dynamic light scattering, DLS)测定粒径,同时利用多分散指 数(polydispersity index, PDI)评估粒径分布的 均一性, PDI的值越小说明粒径分布越均匀。粒子 的表面电荷可通过测定其 Zeta 电位表征。X 射线 衍射(X-ray diffraction, XRD)技术通常用来评 估药物晶体结构是否发生变化; 纳米晶从定形到 无定形或多晶型的转变往往通过差示热量扫描分 析(differential scanning calorimetry, DSC)测定。 纳米晶的形状、粒径以及形态通过扫描电子显微镜 (scanning electron microscope, SEM) 或透射电子 显微镜(transmission electron microscope, TEM)评 估。SEM 表征纳米晶形态需先将纳米混悬液冻干, 并使用冻干保护剂(如甘露醇)防止冻干过程中药 物微粒聚集。药物纳米晶的相变过程采用拉曼光谱 技术表征,此外该技术也可用于药物辅料相容性研 究、纳米晶表面改性研究以及定量分析等。药物纳 米晶化学性质的改变以及与辅料间的相互作用还可 以通过傅里叶变换红外光谱仪(Fourier transform infrared, FT-IR)技术测定^[21-23]。

3 药物纳米晶的口服吸收研究

3.1 纳米晶的口服递送概述

药物纳米晶有多种给药途径,如透皮给药、静 脉注射、肺部吸入、眼部递送和口服给药等^[24]。其 中口服给药是临床治疗的首选方案。大量研究表明 药物纳米晶口服递送可以显著提高难溶性药物的口 服生物利用度。Nimotop[®](尼莫地平片)由美国拜 耳公司研发,该药因绝对生物利用度(约13%)较低, 患者必须每4h服用2片(规格: 30 mg),极大地 降低了患者的依从性。Fu 等^[25] 通过 HPH 的方法制 备了粒径为 833.3 nm 的尼莫地平纳米晶, 经口给药 后,与原研制剂相比其生物利用度显著提高,出现 该结果的原因为部分纳米晶通过 M 细胞转运至肠 系淋巴膜吸收从而避免了肝脏首过效应。Chen等^[26] 采用反溶剂组合微流化的方法制备了贝沙罗汀纳米 晶,与对照组相比,纳米晶的体外溶出速率显著提高, 大鼠药动学实验研究表明,贝沙罗汀纳米晶显著提 高了口服生物利用度并降低了药物的毒性和副作用。 Sames 等^[27] 制备了伊曲康唑纳米晶口服片剂,通过 湿法介质研磨制备伊曲康唑纳米混悬液后,冷冻干 燥并制备片剂。相较于市售制剂 Sporanox[®],伊曲康 唑纳米晶显示出更高的溶出速率,但大鼠药动学研 究表明,与市售产品相比,纳米晶的口服生物利用 度并未显著提高,且其体内转运机制尚未阐明。

3.2 体外转运研究细胞模型的建立

借助相关的体外细胞培养模型可以从细胞水平 深入分析药物纳米晶的转运机制。基于 Transwell 培 养小室的体系是研究药物转运途径的经典方法。该 小室由 10 µm 的聚碳酸酯或聚酯膜将其分隔为上室 和基底室,分别对应于肠腔黏膜以及黏膜下层。基 于 Transwell 小室的细胞培养模型包括单一的细胞培 养模型、共培养细胞模型、三重细胞培养模型和 3D 细胞培养模型等。

3.2.1 单一的细胞培养模型 人克隆结肠腺癌细胞 (Caco-2 细胞)为最经典的模型。Caco-2 细胞模 型可以表达多种肠道上皮细胞代谢酶,常用于测定 药物渗透性及其转运机制的研究。通常将 Caco-2 细胞以 1×10^5 cells cm⁻²的密度接种于12孔的 Transwell 板上培养约 21 天, 隔天测量跨膜电阻值 (transepithelial electrical resistanc, TEER) 来监测 细胞的生长状态,顶端微绒毛以及紧密连接的形成 是判断该模型是否培养成功的标志。但因培养周期 较长、缺少黏液层、P-糖蛋白(P-glycoprotein, P-gp) 表达过高等缺点,其应用受到了限制^[28]。犬肾脏上 皮细胞(MDCK细胞)模型也被用于纳米晶跨膜机 制的研究,其具有跨膜电阻值与小肠上皮细胞相近、 培养周期较短等优点,但因其为非人源性细胞且缺 少相关的内吞作用途径,其应用也受到限制^[29]。单 一的细胞培养模型无法准确研究药物纳米晶的转运 机制,通常采用细胞共培养模型具体研究其转运机 制。

3.2.2 共培养细胞模型 人结肠癌细胞(HT29细胞) 在含有甲氨蝶呤(methotrexate,MTX)的培养基中 可以分化为分泌黏液的杯状细胞,但因其生长缓慢且 不表达 P-gp,通常将 HT29 细胞与 Caco-2 细胞以 1:9 或 3:7 的比例建立共培养细胞模型,研究药物纳米晶 的跨膜转运机制^[30-31]。该共培养细胞模型具有黏液层, 且紧密连接更加松散,通透性更加接近人体胃肠道细 胞,因此常被用于研究药物纳米晶与黏膜之间的相互 作用。该模型的不足之处是黏液层覆盖不均匀,导致 共培养模型中出现无黏液层覆盖的 Caco-2 细胞。

3.2.3 三重细胞培养模型 有研究表明建立 Caco-2/ HT29-MTX/Raji-B 细胞共培养模型可以精确模拟人 体胃肠道细胞^[32]。Raji-B 细胞为人 Burkitt's 淋巴瘤 细胞,其可诱导部分 Caco-2 细胞分化为 M 细胞, M 细胞是抗原采集样细胞,可以介导药物微粒、细 菌和生物大分子等的转运,常被视作口服纳米粒的 重要转运通路。将 HT29-MTX 和 Caco-2 细胞以 1:9 或 3:7 的比例接种于 Transwell 上室,培养至 14 天后, 向下室加入 Raji-B 细胞可以诱导上室的 Caco-2 细胞 分化为 M 细胞。由于 M 细胞的 TEER 小于 Caco-2 细胞,所以通过检测 TEER 可以判断三重细胞培养模型是否成功建立。当 TEER 降低至 200~250 Ω·cm²
时可认为模型建立成功^[32]。

3.2.4 3D 细胞培养模型 与上述细胞模型相比,3D 细胞培养模型可以精准模拟体内细胞存活的微环境,从而提供更加可靠的分子生物学信号,比如:提供代谢分析、肿瘤特征、细胞间相互作用机制和干细胞研究等。然而3D 细胞培养技术因可操作性难度大、原代细胞容易丧失活性、培养支架基质胶材料较为昂贵等因素,使得该模型培养技术开展受限、操作风险高且重现性较差^[33]。随着 3D 细胞培养模型技术的不断发展,相信在不久的将来,3D 细胞培养模型支型会成为研究体外细胞实验的主要手段。

3.3 影响药物纳米晶口服转运机制的因素

一般而言,影响药物纳米晶吸收机制的主要因 素为:药物的饱和溶解度以及溶出速率、黏膜的吸 附作用、药物在黏液层中的扩散、跨膜转运途径以 及稳定剂种类等^[34]。

3.3.1 饱和溶解度及溶出速率 纳米晶技术可提高药 物的饱和溶解度及溶出速率,在肠道上皮细胞处形 成较高的药物浓度梯度,从而促使药物以游离或晶 体形式跨膜转运。根据 Ostwald-Freundlich 方程可 知,药物粒径减小,药物的饱和溶解度增加;根据 Noves-Whitney 方程可知, 药物饱和溶解度增加会 导致其在胃肠道的溶出速率增加^[35]。此外,通过 改变纳米晶的粒径、晶型、形状等因素可以显著影 响药物的饱和溶解度及溶出速率。因此纳米晶凭借 较低的粒径以及较大的表面积显著提高了难溶性药 物的口服生物利用度。Song 等^[36] 制备了美洛昔康 纳米晶速溶舌下膜剂 (meloxicam-nanocrystals-fast dissolving sublingual films, MLX-NS-FDSFs), 该 纳米晶粒径为(196.4±6.3)nm,极大地提高了 美洛昔康的饱和溶解度和溶出速率; 与美洛昔康粗 混悬液相比,美洛昔康纳米晶的体外溶出速率显著 提高; 大鼠药动学实验表明, 舌下给予 MLX-NS-FDSFs 后,与美洛昔康粗混悬液膜剂相比,达峰时 间(T_{max})显著缩短且生物利用度提高了 3.0 倍。 Seto 等^[37] 采用反溶剂法制备了平均粒径为 230 nm 的叶黄素纳米晶,与叶黄素粗混悬液相比,其在水

中的饱和溶解度显著提高;大鼠药动学研究表明, 其相对生物利用度提高了15.2倍。

3.3.2 黏膜吸附 黏液层主要由高度糖基化的黏蛋白 组成,在胃肠道中起到了保护和润滑的作用,其可 以与药物颗粒之间相互作用形成致密的网状结构, 而药物与黏液层之间的吸附以及黏液层的厚度对药 物的口服吸收产生影响^[38]。药物纳米晶通过静电 吸引、氢键和范德华力等作用机制增强了纳米晶与 黏膜之间的相互作用,从而延长了药物在胃肠道的 保留时间。但较强的吸附作用使得部分药物纳米晶 无法转运至肠道上皮细胞中,导致其口服生物利用 度降低。与游离药物相比,纳米晶因其较小的粒径 可以与黏液层之间形成储库,合适的稳定剂可以避 免黏液粘连,从而提高药物在黏液层中的穿透能 力。Soisuwan 等^[39]分别使用泊洛沙姆 407、泊洛 沙姆 407 和月桂基硫酸钠 (sodium lauryl sulfate,

SLS)、泊洛沙姆 407 和十六烷基三甲基溴化铵 (hexadecyltrimethylammonium bromide, CTAB) 作为稳定剂,制备了电中性、带负电荷以及带正电 荷的克拉霉素纳米晶。通过 Caco-2 细胞模型研究得 知,与电中性和带负电荷的纳米晶相比,带正电荷 的纳米晶具有更强的黏膜粘附力,且药物渗透量更 高。分析其原因可能是黏膜层带负电,带正电荷的 纳米晶与黏膜层通过静电吸引可产生更强的粘附力, 进而提高了纳米晶的药物渗透量。Ueda 等^[40]选择 用羟丙甲纤维素(hydroxy propyl methyl cellulose, HPMC)作为稳定剂并采用湿法介质研磨技术制备 非诺贝特纳米晶;研究发现 HPMC 可以作用于黏蛋 白而改善非诺贝特与黏液层之间的渗透性,从而促进药物在黏液层中的扩散;此外还发现当使用较低相对分子质量的 HPMC 时会增加非诺贝特纳米晶柔 韧性并抑制其与黏液层的相互作用。

3.3.3 跨膜转运途径 近年来,药物纳米晶是否以完 整的晶体形式跨膜转运成为研究的热点,图1简述 了目前常见的几种纳米晶跨膜转运途径。大量研究 表明,内吞作用是纳米晶进入肠道上皮细胞的主要 机制,纳米晶的体内转运途径复杂,内吞入胞后还 可能伴有转胞吞、胞吐等过程。内吞作用的主要机 制有网格蛋白介导、小窝蛋白介导、脂筏介导以及 巨噬细胞介导^[41]。此外,高尔基体、溶酶体、M细 胞以及内体等也参与了纳米晶胞内转运的过程。其 中 M 细胞介导的纳米晶转运过程至关重要。M 细胞 位于派尔集合淋巴结(Peyer's patch)表面的滤泡相 关上皮 (follicle-associated epithelial, FAE) 中, M 细胞在胃肠道中的含量极少(<1%),但M细胞 作为抗原采样细胞具有良好的转运功能,可以转运 病毒、抗原、细菌以及各种药物微粒等。Shen 等^[42] 的研究表明, M 细胞可以识别并转运完整的杂化 槲皮素纳米晶,并将其转运至肠系膜淋巴管中从而 提高口服生物利用度; Ma 等^[43] 制备了表面由聚乳 酸-羟基乙酸共聚物 [poly(lactic-co-glycolic acid), PLGA]修饰的纳米微球,包裹蛋白质口服递送,研 究发现该纳米粒可被 M 细胞识别并转运至淋巴吸 收;根据Liu等^[44]的研究发现,完整的卡维地洛纳 米晶可以通过 M 细胞转运,避免了肝脏首过效应从 而极大地改善了其口服生物利用度。





3.3.4 稳定剂的影响 稳定剂的主要功能是防止药物 微粒的聚集,提高药物纳米晶的稳定性。稳定剂的 种类包括离子型 [如:壳聚糖和 SLS] 和非离子型 (如: HPMC和F127)两大类。对于离子型稳定剂 而言,维持稳定的主要机制为静电排斥;对于非离 子型稳定剂而言,稳定剂可以在药物微粒之间形成 保护膜,依靠空间位阻效应维持稳定。稳定剂还可 以通过提高药物的饱和溶解度及溶出速率、增强药 物与黏膜之间的粘附、打开细胞的紧密连接以及抑 制 P-gp 转运等方式促进纳米晶跨肠道转运。例如, Ullah 等^[45] 采用 HPMC-聚乙烯吡咯烷酮 (polyvinyl pyrrolidone, PVP)和HPMC-聚丙烯酸树脂(Eudragit, EUD)组合作为稳定剂,采用反溶剂法制备了难溶 性药物右旋布洛芬(dexibuprofen, Dexi)纳米晶。 实验结果表明: Dexi 原料药在水中和该稳定剂溶液 中的饱和溶解度分别为(51.0±2.0)和(92.0±3.0) mg·L⁻¹,而采用该稳定剂制备的 Dexi 纳米晶的饱和 溶解度显著增加至(270.0±3.5)mg·L⁻¹;与Dexi 原料药和上市片剂相比, Dexi 纳米晶的溶出速率也 显著提高。又如, Shweta 等^[46] 开发了新型泊洛沙姆 接枝壳聚糖(Pluronic -grafted- chitosan, Pl-g-CH) 共聚物,并将其作为功能性稳定剂制备了紫杉醇纳 米晶: 体外 Caco-2 单层细胞模型实验发现, 与紫杉 醇相比,用该稳定剂制备的紫杉醇纳米晶极大地提 高了紫杉醇在 Caco-2 细胞内的累积量,且 TEER 值 明显下降,后者表明该稳定剂能够打开细胞间的紧 密连接,从而促进药物的细胞旁转运。再如, P-gp 广泛存在于各种细胞表面,其主要功能是识别并转 运外来异物, 使机体免受有毒物质的侵害。紫杉醇

是典型的难溶性药物,同时也是 P-gp 的底物,通过 选取具有 P-gp 抑制作用(如 Tween80)的稳定剂制 备紫杉醇纳米晶可以较好地改善其口服生物利用度。 据 Sharma 等^[47]报道,HPH 研磨制备的 Tween80 紫 杉醇纳米晶可以有效抑制紫杉醇的外排转运;大鼠 药动学实验研究表明,其口服生物利用度较紫杉醇 纳米晶提高了约 12.5 倍。Du 等^[48]以具有 P-pg 抑制 作用的维生素 E 聚乙二醇琥珀酸酯作为稳定剂,湿 法介质研磨制备的难溶性药物穿心莲内酯纳米晶也 被证实抑制了药物的 P-gp 外排转运;大鼠药动学实 验结果发现,与对照组 HPMC-E5 制备的穿心莲内酯 纳米晶(E5-NCs)相比,其具有更高的达峰浓度(*C*max) 及血药浓度 - 时间曲线下面积(AUC_{0.24h})。

4 总结与展望

药物纳米晶技术可以有效降低药物粒径,显著 提高药物饱和溶解度以及溶出速率,从而促进其跨 肠道上皮细胞转运。尽管通过 Caco-2,HT29-MTX 和 MDCK 等单层细胞模型以及 Caco-2/HT29-MTX 和 Caco-2/HT29-MTX/Raji-B 等多重细胞培养模型可 以研究纳米晶口服给药后的体内转运过程,但仍无 法定量考察药物纳米晶口服吸收时游离态和晶体态 的比例。由于药物间理化性质存在差异,且药物纳 米晶经胃肠道吸收入血过程复杂,根据胃肠道生理 结构精准设计药物纳米晶剂型具有较大挑战。随着 分子生物学的发展,相信在未来会有更加精准的细 胞培养模型从分子水平上分析口服药物纳米晶的跨 肠道转运机制。

[参考文献]

- Müller R H, Keck C M. Twenty years of drug nanocrystals: where are we, and where do we go?[J/OL]. *Eur J Pharm Biopharm*, 2012, 80(1): 1–3[2021-05-27]. https://pubmed.ncbi.nlm.nih.gov/21971369/. DOI: 10.1016/j.ejps.2011.09.012.
- [2] Shah D A, Murdande S B, Dave R H. A review: pharmaceutical and pharmacokinetic aspect of nanocrystalline suspensions[J/OL]. J Pharm Sci, 2016, 105(1): 10–24[2021-05-27]. https://doi.org/10.1002/ jps.24694.
- Gao L, Zhang D, Chen M. Drug nanocrystals for the formulation of poorly soluble drugs and its application as a potential drug delivery system[J/OL]. *J Nanopart Res*, 2008, 10(5): 845–862[2021-05-27]. https://doi.org/10.1007/s11051-008-9357-4.
- Chen H, Khemtong C, Yang X, *et al.* Nanonization strategies for poorly water-soluble drugs[J/OL]. *Drug Discov Today*, 2011, 16(7/8): 354–360[2021-05-27]. https://doi.org/10.1016/j.drudis.2010.02.009.
- [5] Gao F, Zhang Z, Bu H, et al. Nanoemulsion improves the oral

absorption of candesartan cilexetil in rats: performance and mechanism[J/OL]. *J Controlled Release*, 2011, 149(2): 168–174 [2021-05-27]. https://doi.org/10.1016/j.jconrel.2010.10.013.

- [6] Macedo L O, Barbosa L O, Löbenberg R, et al. Anti-inflammatory drug nanocrystals: state of art and regulatory perspective[J/OL]. Eur J Pharm Sci, 2020, 158: 105654[2021-05-27]. https://pubmed.ncbi. nlm.nih.gov/33253884/. DOI: 10.1016/j.ejps.2020.105654.
- 7] Lu Y, Qi J, Dong X, et al. The in vivo fate of nanocrystals[J/OL]. Drug Discov Today, 2017, 22(4): 744–750[2021-05-27]. https://pubmed. ncbi.nlm.nih.gov/28088442/. DOI: 10.1016/j.drudis.2017.01.003.
- [8] Müller R H, Gohla S, Keck C M. State of the art of nanocrystals– special features, production, nanotoxicology aspects and intracellular delivery[J/OL]. *Eur J Pharm Biopharm*, 2011, 78(1): 1–9[2021-05-27]. https://pubmed.ncbi.nlm.nih.gov/21266197/. DOI: 10.1016/j. ejpb.2011.01.007.
- Zhao J, Liu Y, Wang L, *et al.* Functional and modified nanocrystals technology for target drug delivery[J/OL]. *J Nanosci Nanotechnol*, 2018, 18(8): 5207–5221[2021-05-27]. https://pubmed.ncbi.nlm.nih. gov/29458570/. DOI: 10.1166/jnn.2018.15421.
- [10] Mohammad I S, Hu H, Yin L, et al. Drug nanocrystals: fabrication methods and promising therapeutic applications[J/OL]. Int J Pharm, 2019, 562: 187–202[2021-05-27]. https://doi.org/10.1016/ j.ijpharm.2019.02.045.
- Li W, Quan P, Zhang Y, *et al.* Influence of drug physicochemical properties on absorption of water insoluble drug nanosuspensions[J/ OL]. *Int J Pharm*, 2014, 460(1/2): 13–23[2021-05-27]. https://pubmed. ncbi.nlm.nih.gov/24184036/. DOI: 10.1016/j.ijpharm.2013.10.038.
- [12] Ma Q, Sun H, Che E, *et al.* Uniform nano-sized valsartan for dissolution and bioavailability enhancement: influence of particle size and crystalline state[J/OL]. *Int J Pharm*, 2013, 441(1/2): 75–81[2021-05-27]. https://doi.org/10.1016/j.ijpharm.2012.12.025.
- [13] Peltonen L, Hirvonen J. Pharmaceutical nanocrystals by nanomilling: critical process parameters, particle fracturing and stabilization methods[J/OL]. *J Pharm Pharmacol*, 2010, 62(11): 1569–1579[2021-05-27]. https://doi.org/10.1111/j.2042-7158.2010.01022.x.
- Keck C M, Müller R H. Drug nanocrystals of poorly soluble drugs produced by high pressure homogenization[J/OL]. *Eur J Pharm Biopharm*, 2006, 62(1): 3–16[2021-05-27]. https://pubmed.ncbi.nlm. nih.gov/16129588/. DOI: 10.1016/j.ejpb.2005.05.009.

- Pawar V K, Singh Y, Meher J G, et al. Engineered nanocrystal technology: *in-vivo* fate, targeting and applications in drug delivery[J/OL]. *J Controlled Release*, 2014, 183: 51–66[2021-05-27]. https://pubmed.ncbi.nlm.nih.gov/24667572/. DOI: 10.1016/j.jconrel.2014.03.030.
- [16] Sun B, Yeo Y. Nanocrystals for the parenteral delivery of poorly water-soluble drugs[J/OL]. *Curr Opin Solid State Mater Sci*, 2012, 16(6): 295–301[2021-05-27]. https://pubmed.ncbi.nlm.nih. gov/23645994/. DOI: 10.1016/j.cossms.2012.10.004.
- [17] Xia D, Quan P, Piao H, et al. Preparation of stable nitrendipine nanosuspensions using the precipitation-ultrasonication method for enhancement of dissolution and oral bioavailability[J/OL]. Eur J Pharm Sci, 2010, 40(4): 325–334[2021-05-27]. https://doi. org/10.1016/j.ejps.2010.04.006.
- Zhang J, Huang Y, Liu D, *et al.* Preparation of apigenin nanocrystals using supercritical antisolvent process for dissolution and bioavailability enhancement[J/OL]. *Eur J Pharm Sci*, 2013, 48(4/5): 740–747[2021-05-27]. https://pubmed.ncbi.nlm.nih.gov/23305994/. DOI: 10.1016/j.ejps.2012.12.026.
- [19] Sinha B, Müller R H, Möschwitzer J P. Bottom-up approaches for preparing drug nanocrystals: formulations and factors affecting particle size[J/OL]. *Int J Pharm*, 2013, 453(1): 126–141[2021-05-27]. https://pubmed.ncbi.nlm.nih.gov/23333709/. DOI: 10.1016/ j.ijpharm.2013.01.019.
- [20] Möschwitzer J P. Drug nanocrystals in the commercial pharmaceutical development process[J/OL]. *Int J Pharm*, 2013, 453(1): 142– 156[2021-05-27]. https://pubmed.ncbi.nlm.nih.gov/23000841/. DOI: 10.1016/j.ijpharm.2012.09.034.
- Zucca N, Erriu G, Onnis S, *et al.* An analytical expression of the output of a power compensated DSC in a wide temperature range[J/OL]. *Thermochim Acta*, 2002, 143: 117–125[2021-05-27]. https://doi.org/10.1016/j.tca.2003.10.006.
- [22] Schnitte M, Staiger A, Casper L A, et al. Uniform shape monodisperse single chain nanocrystals by living aqueous catalytic polymerization[J/OL]. Nat Commun, 2019, 10(1): 2592[2021-05-27]. https://pubmed.ncbi.nlm.nih.gov/31197178/. DOI: 10.1038/s41467-019-10692-1.
- [23] Kusmono, Listyanda R F, Wildan M W, *et al.* Preparation and characterization of cellulose nanocrystal extracted from ramie fibers

by sulfuric acid hydrolysis[J/OL]. *Heliyon*, 2020, 6(11): e05486[2021-05-27]. https://doi.org/10.1016/j.heliyon.2020.e05486.

- [24] Romero G B, Keck C M, Müller R H, et al. Development of cationic nanocrystals for ocular delivery[J/OL]. Eur J Pharm Biopharm, 2016, 107: 215–222[2021-05-27]. https://doi.org/10.1016/ j.ejpb.2016.07.005.
- [25] Fu Q, Sun J, Ai X, *et al.* Nimodipine nanocrystals for oral bioavailability improvement: role of mesenteric lymph transport in the oral absorption[J/OL]. *Int J Pharm*, 2013, 448(1): 290–297[2021-05-27]. https://pubmed.ncbi.nlm.nih.gov/23384726/. DOI: 10.1016/ j.ijpharm.2013.01.065.
- [26] Chen L, Wang Y, Zhang J, et al. Bexarotene nanocrystal-oral and parenteral formulation development, characterization and pharmacokinetic evaluation[J/OL]. Eur J Pharm Biopharm, 2014, 87(1):160–169[2021-05-27]. https://pubmed.ncbi.nlm.nih. gov/24333772/. DOI: 10.1016/j.ejpb.2013.12.005.
- [27] Sarnes A, Kovalainen M, Häkkinen M R, et al. Nanocrystal-based peroral itraconazole delivery: superior in vitro dissolution enhancement versus Sporanox[®] is not realized in in vivo drug absorption[J/OL]. J Controlld Release, 2014, 180: 109–116[2021-05-27]. https://pubmed. ncbi.nlm.nih.gov/24566254/. DOI: 10.1016/j.jconrel.2014.02.016.
- [28] Shah P, Jogani V, Bagchi T, *et al.* Role of Caco-2 cell monolayers in prediction of intestinal drug absorption[J/OL]. *Biotechnol Prog*, 2006, 22(1): 186–198[2021-05-27]. https://pubmed.ncbi.nlm.nih. gov/16454510/. DOI: 10.1021/bp050208u.
- [29] Pabla D, Akhlaghi F, Zia H. Intestinal permeability enhancement of levothyroxine sodium by straight chain fatty acids studied in MDCK epithelial cell line[J/OL]. *Eur J Pharm Sci*, 2010, 40(5): 466– 472[2021-05-27]. https://doi.org/10.1016/j.ejps.2010.05.002.
- [30] Chen X M, Elisia I, Kitts D D. Defining conditions for the coculture of Caco-2 and HT29-MTX cells using Taguchi design[J/ OL]. *J Pharmacol Toxicol Methods*, 2010, 61(3): 334–342[2021-05-27]. https://pubmed.ncbi.nlm.nih.gov/20159047/. DOI: 10.1016/ j.vascn.2010.02.004.
- [31] Béduneau A, Tempesta C, Fimbel S, *et al.* A tunable Caco-2/HT29-MTX co-culture model mimicking variable permeabilities of the human intestine obtained by an original seeding procedure[J/OL]. *Eur J Pharm Biopharm*, 2014, 87(2): 290–298[2021-05-27]. https://pubmed.ncbi. nlm.nih.gov/24704198/. DOI: 10.1016/j.ejpb.2014.03.017.

- [32] Antunes F, Andrade F, Araújo F, *et al.* Establishment of a triple coculture *in vitro* cell models to study intestinal absorption of peptide drugs[J/OL]. *Eur J Pharm Biopharm*, 2013, 83(3): 427–435[2021-05-27]. https://doi.org/10.1016/j.ejpb.2012.10.003.
- Jensen C, Teng Y. Is it time to start transitioning from 2D to 3D cell culture? [J/OL]. *Front Mol Biosci*, 2020, 7: 33[2021-05-27]. https://pubmed.ncbi.nlm.nih.gov/32211418/. DOI: 10.3389/fmolb. 2020.00033.
- [34] Smart J D. The basics and underlying mechanisms of mucoadhesion[J/ OL]. Adv Drug Deliv Rev, 2005, 57(11): 1556–1568[2021-05-27]. https://doi.org/10.1016/j.addr.2005.07.001.
- [35] Liu P, Rong X, Laru J, et al. Nanosuspensions of poorly soluble drugs: preparation and development by wet milling[J/OL]. Int J Pharm, 2011, 411(1/2): 215–222[2021-05-27]. https://pubmed.ncbi. nlm.nih.gov/21458552/. DOI: 10.1016/j.ijpharm.2011.03.050.
- [36] Song Q, Shen C, Shen B, *et al.* Development of a fast dissolving sublingual film containing meloxicam nanocrystals for enhanced dissolution and earlier absorption[J/OL]. *J Drug Deliv Sci Technol*, 2018, 43: 243–252[2021-05-27]. https://doi.org/10.1016/j.jddst. 2017.10.020.
- [37] Seto Y, Ueno K, Suzuki H, et al. Development of novel lutein nanocrystal formulation with improved oral bioavailability and ocular distribution[J/OL]. J Funct Foods, 2019, 61: 103499[2021-05-27]. https://doi.org/10.1016/j.jff.2019.103499.
- [38] Liu Y, Jiang Z, Hou X, *et al.* Functional lipid polymeric nanoparticles for oral drug delivery: rapid mucus penetration and improved cell entry and cellular transport[J/OL]. *Nanomedicine*, 2019, 21: 102075[2021-05-27]. https://doi.org/10.1016/j.nano.2019.102075.
- [39] Soisuwan S, Teeranachaideekul V, Wongrakpanich A, et al. Impact of uncharged and charged stabilizers on *in vitro* drug performances of clarithromycin nanocrystals[J/OL]. Eur J Pharm Biopharm, 2019, 137: 68–76[2021-05-27]. https://doi.org/10.1016/j.ejpb.2019.02.004.
- [40] Ueda K, Iwai T, Sunazuka Y, *et al.* Effect of molecular weight of hypromellose on mucin diffusion and oral absorption behavior of fenofibrate nanocrystal[J/OL]. *Int J Pharm*, 2019, 564: 39–47[2021-05-27]. https://doi.org/10.1016/j.ijpharm.2019.04.033.
- [41] Miao X, Li Y, Wang X, et al. Transport mechanism of coumarin 6 nanocrystals with two particle sizes in MDCKII monolayer and Larval zebrafish[J/OL]. ACS Appl Mater Interfaces, 2016, 8(20):

12620-12630[2021-05-27]. https://doi.org/10.1021/acsami.6b01680.

- Shen C, Yang Y, Shen B, *et al.* Self-discriminating fluorescent hybrid nanocrystals: efficient and accurate tracking of translocation via oral delivery[J/OL]. *Nanoscale*, 2017, 10(1): 436–450[2021-05-27]. https://pubmed.ncbi.nlm.nih.gov/29227499/. DOI: 10.1039/c7nr06052a.
- [43] Ma T, Wang L, Yang T, et al. PLGA-lipid liposphere as a promising platform for oral delivery of proteins[J/OL]. Colloids Surf B Biointerfaces, 2014, 117: 512–519[2021-05-27]. https://doi.org/ 10.1016/j.colsurfb.2014.02.039.
- [44] Liu D, Xu H, Tian B, et al. Fabrication of carvedilol nanosuspensions through the anti-solvent precipitation-ultrasonication method for the improvement of dissolution rate and oral bioavailability[J/OL]. AAPS PharmSciTech, 2012, 13(1): 295–304[2021-05-27]. https://pubmed. ncbi.nlm.nih.gov/22246736/. DOI: 10.1208/s12249-011-9750-7.
- [45] Ullah N, Khan S, Ahmed S, *et al.* Dexibuprofen nanocrystals with improved therapeutic performance: fabrication, characterization, in

silico modeling, and *in vivo* evaluation[J/OL]. *Int J Nanomed*, 2018, 13: 1677–1692[2021-05-27]. https://pubmed.ncbi.nlm.nih.gov/29599613/. DOI: 10.2147/JJN.S151597.

- [46] Shweta S, Ashwni V, Gitu P, et al. Investigating the role of Pluronicg-Cationic polyelectrolyte as functional stabilizer for nanocrystals: impact on Paclitaxel oral bioavailability and tumor growth[J/ OL]. Acta Biomater, 2015, 26: 169–183[2021-05-27]. https://doi. org/10.1016/j.actbio.2015.08.005.
- [47] Sharma S, Verma A, Teja B V, *et al.* Development of stabilized Paclitaxel nanocrystals: *in-vitro* and *in-vivo* efficacy studies[J/ OL]. *Eur J Pharm Sci*, 2015, 69: 51–60[2021-05-27]. https://doi. org/10.1016/j.ejps.2014.11.012.
- [48] Du P, Jiang Q, Yang R, et al. Nanonization of andrographolide by a wet milling method: the effects of vitamin E TPGS and oral bioavailability enhancement[J/OL]. RSC Adv, 2016, 6(103): 101404– 101414[2021-05-27]. https://doi.org/10.1039/C6RA16002F.



[专家介绍]尹莉芳:中国药科大学药剂学教授,博士生导师,中国药学会药剂专业委员会副主任委员、国家药品监督管理局药品审评中心咨询专家委员会委员、中国药学会工业药剂学专业委员会委员、中国药学会科普工作委员会委员、国家科学技术奖励办评审专家、科技部国际合作同行专家、江苏省药物研究与开发协会化学药物专委会副主任委员、江苏省药品监督管理局药品审评专家、江苏省药品监督管理局医疗器械化妆品安全应急管理专家库专家、教育部科技管理信息系统专家、江苏省科技厅、山东省科技厅、贵州省科技厅、 江西省科技厅、河南省科技厅、河北省科技厅等评审专家,广东省高层次人才评审专家,还曾经担任国家发改委药品价格司药品价格评审专家、中国药科大学药学院副院长等。

尹莉芳教授长期专注缓控释给药系统的研究及产业化,药物新剂型、仿创药物研发及产业化,基因药物 成药性研究、活细胞制剂研发等领域,主持国家"重大新药创制"科技重大专项、国家自然基金委、教育部、江苏省科技厅等10 余项项目。在缓控释制剂、固体制剂方向产业化经验丰富,与国内外数十家企业合作,近年来主持企业项目近100项,完成一类 创新药西达本胺片、改良型新药甘草酸二胺肠溶片等数十个品种申报,获得30余个新药证书或生产批件。以第一发明人申请发明 专利40余项,获得授权9项,专利权转让3项。主编、参编生物药剂学、药剂学、药剂学实验等教材,以第一作者或通信作者在 ACS Nano, Advanced Science 等期刊上发表高水平论文80余篇。

