

以磁纳米粒子为热源的分数阶双相滞后热传输

赵娟霞, 菅永军*

内蒙古大学数学科学学院, 内蒙古 呼和浩特

Email: *jianyj@imu.edu.cn

收稿日期: 2020年11月28日; 录用日期: 2020年12月24日; 发布日期: 2020年12月31日

摘要

本文通过引入弛豫时间和分数阶导数对Pennes方程进行修正, 得到了关于温度分布的双相滞后模型。并以此为基础求解了以磁纳米粒子为热源的传热问题, 使用Laplace变化得到温度分布的数值解。本文以图像的方式分析了分数阶导数参数、弛豫时间和外加磁场性质对温度分布的影响。

关键词

双相滞后模型, 分数阶导数, 弛豫时间, 磁纳米粒子

Fractional Order Dual-Phase-Lag Heat Transfer with Magnetic Nanoparticles as Heat Source

Juanxia Zhao, Yongjun Jan*

School of Mathematical Sciences, Inner Mongolia University, Hohhot Inner Mongolia

Email: *jianyj@imu.edu.cn

Received: Nov. 28th, 2020; accepted: Dec. 24th, 2020; published: Dec. 31st, 2020

Abstract

In this paper, the Pennes equation is modified by introducing relaxation time and fractional derivative, and a dual-phase-lag model of temperature distribution is obtained. On this basis, the heat transfer problem with magnetic nanoparticles as the heat source is solved, and the numerical solution of temperature distribution is obtained by using Laplace change. This paper analyzes the

*通讯作者。

effects of fractional derivative parameters, relaxation time and the properties of the external magnetic field on the temperature distribution by figures.

Keywords

DPL, Fractional Derivative, Relaxation Time, Magnetic Nanoparticles

Copyright © 2020 by author(s) and Hans Publishers Inc.

This work is licensed under the Creative Commons Attribution International License (CC BY 4.0).

<http://creativecommons.org/licenses/by/4.0/>



Open Access

1. 引言

癌症治疗是近几十年来最具挑战性的临床治疗之一，现代医学采取手术、化疗、放疗等方式治疗癌症或者减少癌细胞的扩散。热疗被公认为一种有效的治疗恶性肿瘤的方式，因为相对正常细胞来说，癌细胞对高温更敏感且其散热要比正常组织差，所以可以通过加热局部温度来杀死癌细胞。热疗的方式有很多，磁感应热疗是近年来比较热的一种治疗方式。磁感应热疗技术利用铁磁性物质可在交变磁场下感应升温的物理特性，将磁纳米粒子注射到肿瘤组织中，并通过在外部施加的交变磁场，使局部快速升温，达到杀死或诱导肿瘤细胞凋亡的作用。Jordan 等人[1] [2] [3]在 1997 年对小鼠乳腺癌、胶质母细胞瘤和前列腺癌的动物研究已经证明了这种加热方法的可行性和有效性。2014 年，Bohara 等人[4]将磁感应热疗技术应用于乳腺癌，同样证实了它对乳腺癌的可行性。

在磁热疗过程中，需要对温度的分布和变化进行精准的预测，才能准确地控制热损伤，提高治疗效果。基于经典傅里叶定律的热传导方程，它是一种抛物线型热传导方程，允许热扰动以无限的速度进行传播。然而，在实际应用中，传热的速度是有限的，并不满足经典的傅里叶传热定律。于是对傅里叶定律进行了修正，通过引入弛豫时间 τ_q 和 τ_T ，得到了双相滞后(双曲型)方程，给出了一个在微观层面上传热的公式，即双相滞后(Dual-Phase-Lag, DPL)模型[5] [6] [7] [8]：

$$\bar{q}(\vec{r}, t + \tau_q) = -k \nabla T(\vec{r}, t + \tau_T), \quad (1)$$

其中 \vec{r} 代表几何坐标， T 表示温度， q 表示热量， t 是时间， k 是导热系数， τ_q 是热流量的弛豫时间， τ_T 表示温度梯度的弛豫时间，弛豫时间被认为是由微观结构相互作用引起的，例如声子 - 电子相互作用。

Antaki [9]用 DPL 模型解释了对肉类制品进行加工的过程，他分别预测了加工肉类热通量的相位滞后时间和温度梯度的相位滞后时间。Kumar 等人[10]基于 DPL 模型研究了高斯热源分布对组织温度的影响。结果表明，与热波模型和彭纳斯方程相比，DPL 模型能够更好地预测温度分布。Ma 等人[11]利用 DPL 模型，确定了平板对非高斯热源的响应，利用格林函数得到了不同情况下的热场，并且强调了热和温度相位滞后的重要性。

由于人体组织温度受多种外界因素的影响，如：血流量、代谢产热以及组织内部热传导效率等。关于这些影响因素与组织温度之间的联系，Pennes [12]在 1948 年提出的模型得到了广泛认可和应用：

$$\rho c \frac{\partial T}{\partial t} = -\nabla \cdot q + \dot{S}, \quad (2)$$

热源项 \dot{S} 是下面几项的总和：

$$\dot{S} = \omega_b c_b (T_b - T) + Q_m + Q_l, \quad (3)$$

其中 ρ , c 代表组织的密度和比热容, ω_b 和 c_b 代表血液的灌注率和比热容, T_b 是动脉血液温度, Q_m 是皮肤组织产生的代谢热, Q_l 是任何外界来源产生的热。

近年来, 分数阶导数已经成为一个迅速发展的领域, 在流体力学[13], 粘弹性材料[14], 电磁学[15]等领域得到了广泛的研究。分数阶导数模型的起始点通常是一个经典的微分方程, 用分数阶微分算子代替整数阶的时间导数。Tan 和 Xu 等人[16]-[21]用分数阶导数对广义二阶流体的速度场、应力场进行了研究。Song 和 Jiang [22]使用分数阶 Jeffrey 流体模型推导了线性粘弹性理论的特征材料函数, 并且发现理论预测结果与实验测定具有较好的吻合效果。Wang 和 Zhao [23]研究了分数阶导数的广义麦克斯韦流体在狭窄毛细管中的瞬态电渗透流动, 利用积分变换方法导出了电势和瞬态速度剖面的解析表达式。Abdullah [24]等人采用 Caputo 分数算子建立了分数阶导数的血液流动数学模型。他们指出, 分数阶导数与普通导数相比带来了显著的差异。

本文拟研究交变磁场下人体中磁热源粒子产生的热量分布, 使用 Pennes 方程对人体组织温度进行模拟, 并考虑引入弛豫时间 τ_q 和 τ_T , 使用分数阶导数对温度分布函数进行修正。使用 Laplace 变换的方法对修正的温度分布函数进行求解, 并利用数值方法进行 Laplace 逆变换, 最终得到磁热源粒子影响下人体组织温度的具体分布情况, 为实验和理论发展提供研究基础。

2. 模型概述

对方程(1)两边进行泰勒级数展开, 并忽略二阶和高阶项(由于 τ_q 和 τ_T 很小), 我们得到方程(1)的一阶近似:

$$\bar{q}(\vec{r}, t) + \tau_q \frac{\partial \bar{q}(\vec{r}, t)}{\partial t} = -k \left[\nabla T(\vec{r}, t) + \tau_T \frac{\partial}{\partial t} \nabla T(\vec{r}, t) \right], \quad (4)$$

或

$$\left(1 + \tau_q \frac{\partial}{\partial t} \right) \bar{q}(\vec{r}, t) = -k \left(1 + \tau_T \frac{\partial}{\partial t} \right) \nabla T(\vec{r}, t), \quad (5)$$

对方程(2)两边同时乘以算子 $\left(1 + \tau_q \frac{\partial}{\partial t} \right)$, 得到

$$\rho c \left(1 + \tau_q \frac{\partial}{\partial t} \right) \frac{\partial T}{\partial t} = - \left(1 + \tau_q \frac{\partial}{\partial t} \right) \nabla \cdot \bar{q} + \left(1 + \tau_q \frac{\partial}{\partial t} \right) \dot{S}. \quad (6)$$

将式(5)带入式(6), 得到:

$$\rho c \left(1 + \tau_q \frac{\partial}{\partial t} \right) \frac{\partial T}{\partial t} = k \left(1 + \tau_T \frac{\partial}{\partial t} \right) \nabla^2 T(\vec{r}, t) + \left(1 + \tau_q \frac{\partial}{\partial t} \right) \dot{S}. \quad (7)$$

为了简化计算, 本文中只考虑一维的情况, 得到:

$$\left(1 + \tau_q \frac{\partial}{\partial t} \right) \left[\frac{\partial T}{\partial t} + \frac{\omega_b \rho_b c_b}{\rho c} (T - T_b) \right] = \frac{k}{\rho c} \left(1 + \tau_T \frac{\partial}{\partial t} \right) \frac{\partial^2 T}{\partial x^2} + \frac{1}{\rho c} \left(1 + \tau_q \frac{\partial}{\partial t} \right) (Q_m + Q_l). \quad (8)$$

在本文中我们考虑 Q_l 为 0, 采取的边界条件为:

$$-k \frac{\partial T}{\partial x} \Big|_{x=0} = q_0, T \Big|_{x=l} = T_b, \quad (9)$$

其中 l 为组织长度, 初始条件为:

$$T \Big|_{t=0} = T_b, \frac{\partial T}{\partial t} \Big|_{t=0} = 0. \quad (10)$$

对上述方程进行无量纲化:

$$\begin{aligned}\bar{T} &= \frac{T-T_b}{T^*}, \quad (\bar{x}, \bar{l}) = \left(\frac{x,l}{x^*}\right), \quad \bar{t} = \frac{t}{t^*}, \quad \bar{Q} = \frac{Q_m}{Q^*}, \quad t^* = \frac{\rho c}{\omega_b \rho_b c_b}, \\ x^* &= \sqrt{\frac{k}{\omega_b \rho_b c_b}}, \quad T^* = \frac{q_0}{\sqrt{k \omega_b \rho_b c_b}}, \quad Q^* = q_0 \sqrt{\frac{\omega_b \rho_b c_b}{k}},\end{aligned}\quad (11)$$

将上述无量纲方程代入式(8), 得到

$$\left(1 + \bar{\tau}_q \frac{\partial}{\partial \bar{t}}\right) \frac{\partial \bar{T}}{\partial \bar{t}} + \left(1 + \bar{\tau}_q \frac{\partial}{\partial \bar{t}}\right) \bar{T} = \left(1 + \bar{\tau}_q \frac{\partial}{\partial \bar{t}}\right) \frac{\partial^2 \bar{T}}{\partial \bar{x}^2} + \bar{Q}. \quad (12)$$

对应的边界条件和初始条件变为:

$$\begin{aligned}\left.\frac{\partial \bar{T}}{\partial \bar{x}}\right|_{\bar{x}=0} &= -1, \quad \left.\bar{T}\right|_{\bar{x}=l} = 0, \\ \left.\bar{T}\right|_{\bar{t}=0} &= T_b, \quad \left.\frac{\partial \bar{T}}{\partial \bar{t}}\right|_{\bar{t}=0} = 0.\end{aligned}\quad (13)$$

为了简单方便, 在下述方程中, 去掉所有的上标“—”。

3. 方程求解

在求解温度函数 T 的过程中, 我们引入分数阶导数 D_t^α 。在关于时间的分数阶导数计算中, 本文中采用 Caputo-Fabrizio 分数阶导数定义[25]:

$$D_t^\alpha f(x,t) = \frac{1}{1-\alpha} \int_0^t e^{-\frac{\alpha}{1-\alpha}(t-\tau)} \frac{\partial f(x,\tau)}{\partial \tau} d\tau. \quad (14)$$

则式(12)变为:

$$\left(1 + \tau_q D_t^\alpha\right) \frac{\partial T}{\partial t} + \left(1 + \tau_q D_t^\alpha\right) T = \left(1 + \tau_q D_t^\beta\right) \frac{\partial^2 T}{\partial x^2} + Q, \quad 0 < \alpha < 1, \quad 0 < \beta < 1, \quad (15)$$

其中 α, β 称为分数导数的参数, 我们采取 Laplace 变换对方程(15)进行求解:

$$L[f(x,t)] = \hat{f}(x,s) = \int_0^\infty f(x,t) e^{-st} dt. \quad (16)$$

记 $L[T] = \hat{T}$, 由 Laplace 变化的性质知:

$$L\left[\frac{\partial T}{\partial t}\right] = s\hat{T}, \quad L\left[\frac{\partial^2 T}{\partial x^2}\right] = \frac{\partial^2 \hat{T}}{\partial x^2}, \quad L[Q] = \frac{Q}{s}. \quad (17)$$

对分数阶导数进行 Laplace 变换, 得到:

$$L\left[D_t^\alpha f(x,t)\right] = \frac{1}{1-\alpha} L\left[\exp\left(-\frac{\alpha t}{1-\alpha}\right)\right] L\left[\frac{\partial f(x,t)}{\partial t}\right] = \frac{s\bar{f}(x,t) - f(x,0)}{(1-\alpha)s + \alpha}, \quad (18)$$

$$L\left[D_t^\alpha \frac{\partial f}{\partial t}\right] = \frac{sL\left(\frac{\partial f}{\partial t}\right) - \frac{\partial f}{\partial t}|_{t=0}}{(1-\alpha)s + \alpha} = \frac{s(s\bar{f}(x,t) - f(x,0)) - f'_t(x,0)}{(1-\alpha)s + \alpha}. \quad (19)$$

将式(16)~(19)带入方程(15), 化简后得到:

$$s\hat{T}(x,s) + \tau_q \cdot \frac{s(s\hat{T}(x,s)-0)}{(1-\alpha)s+\alpha} + \hat{T}(x,s) + \tau_q \frac{s\hat{T}(x,s)}{(1-\alpha)s+\alpha} = \frac{\partial^2 \hat{T}}{\partial x^2} + \tau_T \frac{s}{(1-\beta)s+\beta} \frac{\partial^2 \hat{T}}{\partial x^2} + \frac{Q}{s}, \quad (20)$$

整理得:

$$\frac{\partial^2 \hat{T}}{\partial x^2} - \frac{(s+1)[s(1-\alpha)+\alpha+\tau_q s][s(1-\beta)+\beta]}{[s(1-\alpha)+\alpha][s(1-\beta)+\beta+\tau_T s]} \hat{T} + \frac{s(1-\beta)+\beta}{[s(1-\beta)+\beta+\tau_T s]s} Q = 0. \quad (21)$$

对应的边界条件化为:

$$\left. \frac{\partial \hat{T}}{\partial x} \right|_{x=0} = -\frac{1}{s}, \quad \left. \hat{T} \right|_{x=l} = 0. \quad (22)$$

$$\text{令 } \omega^2 = \frac{(s+1)[s(1-\alpha)+\alpha+\tau_q s][s(1-\beta)+\beta]}{[s(1-\alpha)+\alpha][s(1-\beta)+\beta+\tau_T s]}, \quad \gamma = \frac{s(1-\beta)+\beta}{[s(1-\beta)+\beta+\tau_T s]s},$$

即方程(21)表示为:

$$\frac{\partial^2 \hat{T}}{\partial x^2} - \omega^2 \hat{T} = -\gamma Q. \quad (23)$$

设该非齐次线性方程的通解为:

$$\hat{T} = A \cosh(\omega x) + B \sinh(\omega x) + \frac{\gamma}{\omega^2} Q. \quad (24)$$

根据边界条件(22)可以解得 A, B :

$$A = -\frac{\gamma Q}{\omega^2 \cosh(\omega l)} + \frac{1}{\omega s} \tanh(\omega l), \quad B = -\frac{1}{\omega s}. \quad (25)$$

温度进行 Laplace 变换后 \hat{T} 的解为:

$$\hat{T}(x,s) = -\frac{\gamma Q \cosh(\omega x)}{\omega^2 \cosh(\omega l)} + \frac{1}{\omega s} \frac{\sinh[\omega(l-x)]}{\cosh(\omega l)} + \frac{\gamma}{\omega^2} Q. \quad (26)$$

为了得到温度的具体分布, 我们考虑对其进行 Laplace 逆变换:

$$f(x,t) = L^{-1}[\hat{f}(x,s)] = \frac{1}{2\pi i} \int_{\alpha-i\infty}^{\alpha+i\infty} \hat{f}(x,s) e^{st} ds \quad (27)$$

其中, $s = \alpha + i * \eta$ 。由于 ω 的形式太过复杂, 本文中并没有得到式右侧逆变换的解析解。我们通过 MATLAB 进行数值计算, 并最终得到了温度 $T(x,t)$ 的具体分布。

4. 分析和讨论

本文通过弛豫时间和 Caputo-Fabrizio 分数阶导数对 Pennes 方程进行修正, 得到了温度分布的数值解。在实际问题中, 考虑参考文献[8] [26] 中热源 \dot{S} 的参数, 这是 Wissler 对 Pennes [12] 给出的参数修正后得到的: 血液的比热 $c_b = 4187 \text{ J/(kg}\cdot\text{K)}$, 血液灌注率 $\omega_b = 1.87 \times 10^{-3} \text{ s}^{-1}$, 动脉血温 $T_b = 36^\circ\text{C}$, 组织密度和比热 $\rho = 1000 \text{ kg/m}^3$, $c = 4187 \text{ J/(kg}\cdot\text{K)}$, 组织导热系数 $k = 0.628 \text{ W/(m}\cdot\text{K)}$ 。

磁热疗技术的热疗效应是通过在中频范围内磁滞损耗和弛豫时间引起的, 文献[27]给出了磁性例子产热与外加磁场强度, 频率等的关系:

$$Q = \pi \mu_0 \chi H^2 f \frac{2\pi f \tau}{1 + (2\pi f \tau)^2}. \quad (28)$$

其中 μ_0 是真空磁导率, 一般取 $4\pi \times 10^{-7}$ (T•m/A), $\chi = M/H$ 是磁化率, M 是磁场强度, 一般取为 4.25×10^5 A/m, H 是外加磁场强度, f 是交变磁场频率, τ 是磁纳米粒子的有效弛豫时间。从式(28)中可以看出, 主要有两方面因素影响磁纳米粒子产热, 一方面是外磁场本身的相关性质, 例如磁场强度和交变磁场频率, 在磁场强度和频率的选取中, 我们要考虑人体的耐受, 一般 H 的选择范围在 10^4 A/m 以下, 频率 f 在 40×10^3 Hz~ 80×10^3 Hz。另一方面是磁纳米粒子的弛豫时间 τ , 一般取为 3.378×10^{-6} 。

本文中所有图像(图 1, 图 2, 图 3)坐标都采用的是无量纲形式, 根据上述参数及无量纲参数式(11), 参考温度 T^* 大约为 9.7°C , 参考时间 t^* 为 10 s。弛豫时间 τ_T , τ_q 选取的标准为 10~30 s, 组织长度 l 一般取为 5~10 cm。本研究得到的温度随距离分布的图像与参考文献[7] [8]类似, 以下分析中选取的都是 $x = 0$ 位置处, 即热源点的温度。

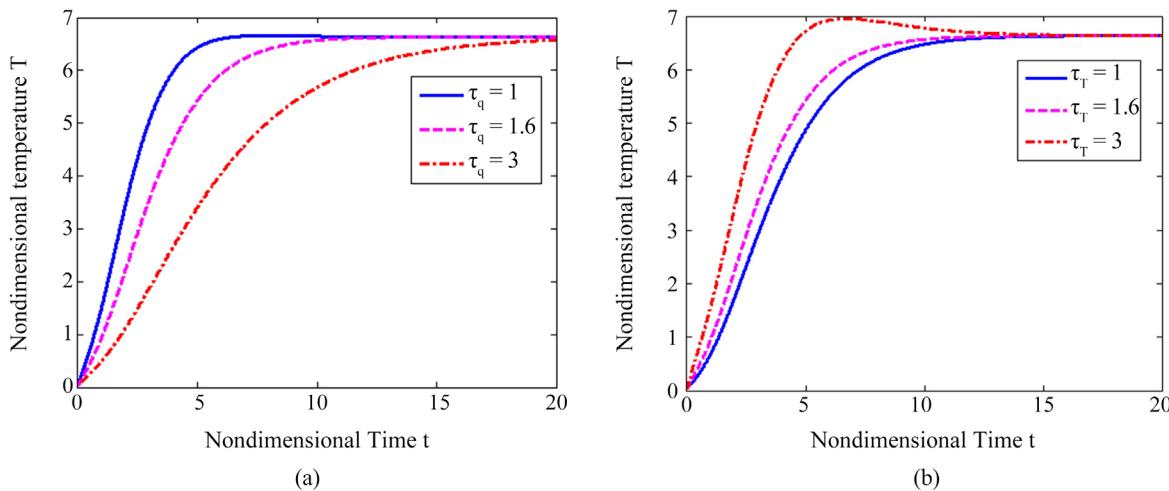


Figure 1. Temperature changes with time at (a) different heat flow relaxation times τ_q ($\tau_T = 1.6$) and (b) different temperature gradients relaxation times τ_T ($\tau_q = 1.6$). ($\alpha = 1$, $\beta = 1$, $f = 6 \times 10^3$ Hz, $H = 1000$ A/m)

图 1. (a) 不同的热流弛豫时间 τ_q 下($\tau_T = 1.6$); (b) 不同的温度梯度弛豫时间 τ_T 下($\tau_q = 1.6$), 温度随时间的变化。 $(\alpha = 1, \beta = 1, f = 6 \times 10^3$ Hz, $H = 1000$ A/m)

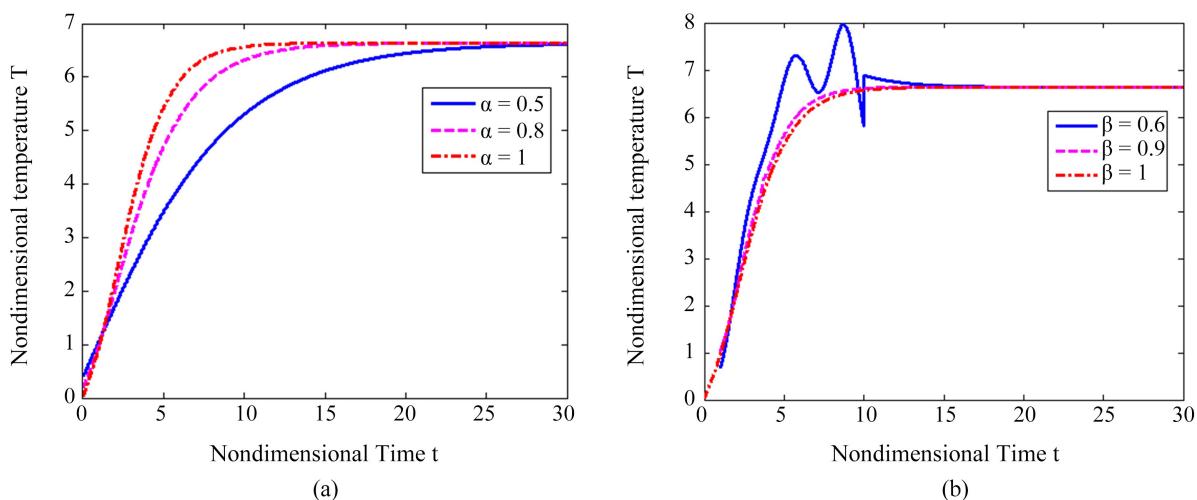


Figure 2. Temperature changes with time at (a) different α ($\beta = 1$) and (b) different β ($\alpha = 1$). ($\tau_q = 1.6$ s, $\tau_T = 1.6$ s, $f = 6 \times 10^3$ Hz, $H = 1000$ A/m)

图 2. (a) 不同的 α 下($\beta = 1$); (b) 不同的 β 下($\alpha = 1$), 温度随时间的变化。 $(\tau_q = 1.6$ s, $\tau_T = 1.6$ s, $f = 6 \times 10^3$ Hz, $H = 1000$ A/m)

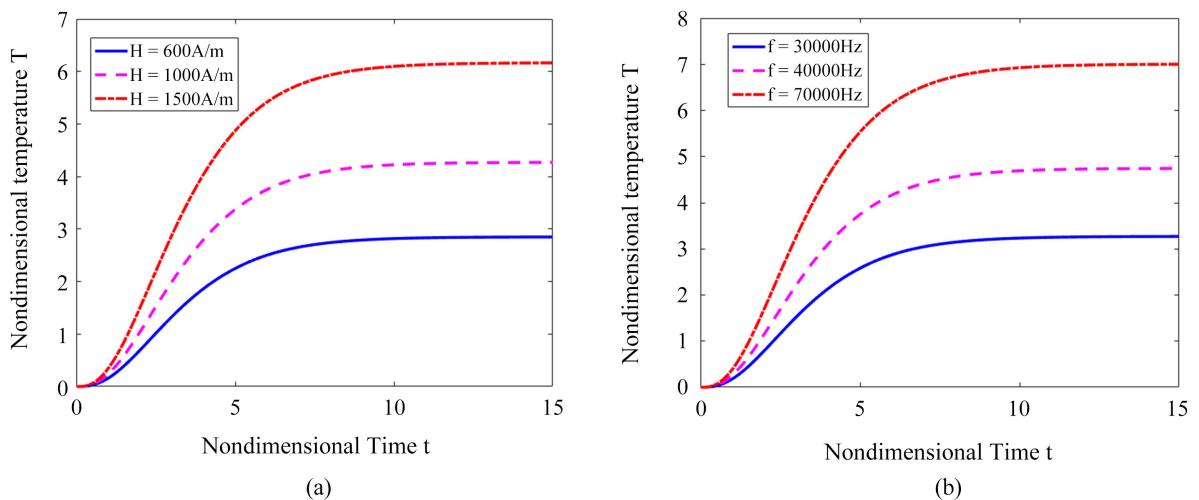


Figure 3. Temperature changes with time at (a) different magnetic field intensity H ($f = 40 \times 10^3 \text{ Hz}$) and (b) different alternating magnetic field frequency f ($H = 1000 \text{ A/m}$). ($\alpha = 1, \beta = 1, \tau_q = 1.6 \text{ s}, \tau_T = 1.6 \text{ s}$)

图 3. (a) 不同的磁场强度 H ($f = 40 \times 10^3 \text{ Hz}$) 下; (b) 不同的交变磁场频率 f ($H = 1000 \text{ A/m}$) 下, 温度随时间的变化。($\alpha = 1, \beta = 1, \tau_q = 1.6 \text{ s}, \tau_T = 1.6 \text{ s}$)

如图 1 所示, 在同一 τ_T 下, 随着热流弛豫时间 τ_q 的增加, 升温速度下降, 但都在一段时间后趋近于一个相同的值并保持平稳。反之, τ_q 相同时, 在同一时间, 随着温度梯度弛豫时间 τ_T 的增加温度反而升高。这是因为, τ_T 越大, 热的传播扩散越快, 温度升高越快。而热流弛豫时间 τ_q 越大, 表明热流耗散越大, 所以温度变低。此外, 当 $\tau_T > \tau_q$ 时, 温度曲线会出现一段先升温后略微下降的状态, 这是由于弛豫时间的影响导致热量堆积在磁纳米粒子处。

从图 2(a)可以看出, 在刚开始的时候, 随着 α 的增加, 相同时刻对应的温度下降, 即温度趋于平稳的时间延长。不同的 α 所对应的的平稳状态的温度是大致相同的。从图 2(b)中可以看出, 与 α 类似, 不同的 β 对应相同的平稳温度, 且 β 变化并不会延长温度达到最高点的时间。值得注意的是, 当 α 和 β 的差距足够大时($\alpha = 1, \beta = 0.6$), 温度曲线会在前期出现震荡的情况。

图 3 描述了不同的磁场强度和磁场频率下 $x = 0$ 处温度随时间的变化。可以清晰地看到, 外加磁场强度和磁场频率都可以有效的改变组织所达到的最终温度。并且, 这种改变是幅度较大的。联系前面的分析, 我们可以通过调整分数阶导数参数的方式改变温度增长的速度, 通过调整外加磁场的频率和强度改变最终达到的温度, 并在具体问题中得到应用。

5. 总结

本文利用双相滞后模型研究了磁纳米粒子的热传导问题, 并引入分数阶导数对温度分布函数进行求解, 分析了分数阶导数系数对温度分布函数的影响, 发现 α 对温度的影响较大, β 对温度的影响较小, 且 β 变到一定程度会出现波动现象。我们还分析了热流弛豫时间 τ_q 和温度梯度弛豫时间 τ_T 对温度分布函数的影响, 发现在相同的变化时间, 随着 τ_q 增加, 温度降低, 而 τ_T 增加, 则温度升高。同时, 我们对交变磁场的磁场强度和磁场频率也做了分析, 证实了增加磁场强度或提高交变磁场频率, 也会相应地使温度升高。这些结果对实验设计和理论发展具有较好的促进作用。

参考文献

- [1] Jordan, A., Wust, P., Scholz, R., et al. (1997) Effects of Magnetic Fluid Hyperthermia (MFH) on C3H Mammary Carcinoma *in Vivo*. *International Journal of Hyperthermia*, **13**, 587-605. <https://doi.org/10.3109/02656739709023559>

- [2] Johannsen, M., Thiesen, B., Jordan, A., et al. (2005) Magnetic Fluid Hyperthermia (MFH) Reduces Prostate Cancer Growth in the Orthotopic Dunning R3327 Rat Model. *Prostate*, **64**, 283-292. <https://doi.org/10.1002/pros.20213>
- [3] Johannsen, M., Thiesen, B., Gneveckow, U., et al. (2010) Thermotherapy Using Magnetic Nanoparticles Combined with External Radiation in an Orthotopic Rat Model of Prostate Cancer. *Prostate*, **66**, 97-104. <https://doi.org/10.1002/pros.20324>
- [4] Bohara, R.A., Tharot, N.D. and Chaurasia, A.K. (2015) Cancer Cell Extinction through a Magnetic Fluid Hyperthermia Treatment Produced by Superparamagnetic Co-Zn Ferrite Nanoparticles. *RSC Advances*, **5**, 47225-47234. <https://doi.org/10.1039/C5RA04553C>
- [5] Noroozi, M.J., Saedodin, S. and Ganji, D. (2016) A New Solution for Nonlinear Dual Phase Lagging Heat Conduction Problem. *Alexandria Engineering Journal*, **55**, 1745-1752. <https://doi.org/10.1016/j.aej.2016.03.022>
- [6] Liu, K.C. and Chen, H.T. (2009) Analysis for the Dual-Phase-Lag Bio-Heat Transfer during Magnetic Hyperthermia Treatment. *International Journal of Heat & Mass Transfer*, **52**, 1185-1192. <https://doi.org/10.1016/j.ijheatmasstransfer.2008.08.025>
- [7] Xu, H. and Jiang, X. (2015) Time Fractional Dual-Phase-Lag Heat Conduction Equation. *Chinese Physics B*, **24**, 207-213. <https://doi.org/10.1088/1674-1056/24/3/034401>
- [8] Askarizadeh, H. and Ahmadikia, H. (2014) Analytical Analysis of the Dual-Phase-Lag Model of Bioheat Transfer Equation during Transient Heating of Skin Tissue. *Heat & Mass Transfer*, **50**, 1673-1684. <https://doi.org/10.1080/17455030.2020.1842552>
- [9] Antaki, P.J. (2005) New Interpretation of Non-Fourier Heat Conduction in Processed Meat. *Journal of Heat Transfer*, **127**, 189-193. <https://doi.org/10.1115/1.1844540>
- [10] Kumar, P., Kumar, D. and Rai, K.N. (2015) A Numerical Study on Dual-Phase-Lag Model of Bioheat Transfer during Hyperthermia Treatment. *Journal of Thermal Biology*, **49-50**, 98-105. <https://doi.org/10.1016/j.jtherbio.2015.02.008>
- [11] Ma, J., Sun, Y. and Yang, J. (2018) Analytical Solution of Dual-Phase-Lag Heat Conduction in a Finite Medium Subjected to a Moving Heat Source. *International Journal of Thermal Sciences*, **125**, 34-43. <https://doi.org/10.1016/j.ijthermalsci.2017.11.005>
- [12] Pennes, H.H. (1948) Analysis of Tissue and Arterial Blood Temperatures in the Resting Human Forearm. *Journal of Applied Physiology*, **1**, 93-122. <https://doi.org/10.1152/jappl.1948.1.2.93>
- [13] Kulish, V. and Lage, J. (2002) Application of Fractional Calculus to Fluid Mechanics. *Journal of Fluids Engineering*, **124**, 803-806. <https://doi.org/10.1115/1.1478062>
- [14] Bagley, R.L. and Torvik, P.J. (1985) Fractional Calculus in the Transient Analysis of Viscoelastically Damped Structures. *AIAA Journal*, **23**, 918-925. <https://doi.org/10.2514/3.9007>
- [15] Engheta, N. (1996) On Fractional Calculus and Fractional Multipoles in Electromagnetism. *IEEE Transactions on Antennas and Propagation*, **44**, 554-566. <https://doi.org/10.1109/8.489308>
- [16] Tan, W., Feng, X. and Lan, W. (2002) Exact Solution for the Unsteady Couette Flow of the Generalized Second Grade Fluid. *Chinese Science Bulletin*, **47**, 1783-1785. <https://doi.org/10.1007/BF03183841>
- [17] Xu, M. and Tan, W. (2001) Theoretical Analysis of the Velocity Field, Stress Field and Vortex Sheet of Generalized Second Order Fluid with Fractional Anomalous Diffusion. *Science in China Series A: Mathematics*, **44**, 1387-1399. <https://doi.org/10.1007/BF02877067>
- [18] Tan, W. and Xu, M. (2004) Unsteady Flows of a Generalized Second Grade Fluid with the Fractional Derivative Model between Two Parallel Plates. *Acta Mechanica Sinica*, **20**, 471-476. <https://doi.org/10.1007/BF02484269>
- [19] Tan, W. and Masuoka, T. (2005) Stokes First Problem for a Second Grade Fluid in a Porous Halfspace with Heated Boundary. *International Journal of Non-Linear Mechanics*, **40**, 515-522. <https://doi.org/10.1016/j.ijnonlinmec.2004.07.016>
- [20] Tan, W. and Masuoka, T. (2005) Stokes First Problem for an Oldroyd-B Fluid in a Porous Halfspace. *Physics of Fluids*, **17**, 277-256. <https://doi.org/10.1063/1.1850409>
- [21] Tan, W. and Masuoka, T. (2007) Stability Analysis of a Maxwell Fluid in a Porous Medium Heated from below. *Physics Letters A*, **360**, 454-460. <https://doi.org/10.1016/j.physleta.2006.08.054>
- [22] Song, D. and Jiang, T. (1998) Study on the Constitutive Equation with Fractional Derivative for the Vicoelastic Fluid Modified Jeffreys Model and Its Application. *Rheol Acta*, **37**, 512-517. <https://doi.org/10.1007/s003970050138>
- [23] Wang, S. and Zhao, M. (2015) Analytical Solution of the Transient Electro-Osmotic Flow of a Generalized Fractional Maxwell Fluid in a Straight Pipe with a Circular Cross-Section. *European Journal of Mechanics B/Fluids*, **54**, 82-86. <https://doi.org/10.1016/j.euromechflu.2015.06.016>
- [24] Abdullah, M., Butt, A.R. and Raza, N. (2017) Analysis of Blood Flow with Nanoparticles Induced by Uniform Mag-

- netic Field through a Circular Cylinder with Fractional Caputo Derivatives. *Journal of Magnetism & Magnetic Materials*, **446**, 28-36. <https://doi.org/10.1016/j.jmmm.2017.08.074>
- [25] Caputo, C. (2016) Fractional Derivatives in the Transport of Drugs across Biological Materials and Human Skin. *Physica A*, **462**, 705-713. <https://doi.org/10.1016/j.physa.2016.06.135>
- [26] Wissler, E.H. (1998) Pennes' 1948 Paper Revisited. *Journal of Applied Physiology*, **85**, 35-41. <https://doi.org/10.1152/jappl.1998.85.1.35>
- [27] Rosensweig, R.E. (2002) Heating Magnetic Fluid with Alternating Magnetic Field. *Journal of Magnetism & Magnetic Materials*, **252**, 370-374. [https://doi.org/10.1016/S0304-8853\(02\)00706-0](https://doi.org/10.1016/S0304-8853(02)00706-0)