Теперь рассмотрим случай, когда неравенства $\mid A_1\mid,\mid A_2\mid \leq 1$ не выполняются и двух точек недостаточно для определения оптимальности.

ЛЕММА. Пусть прямая y = ax + b проходит только через точки $(x_1, y_1), (x_2; y_2), ..., (x_k; y_k)$. Пусть $\Delta_y = |x_1 - x_2|$. Тогда если выполняются неравенства

$$-\sum_{i=1}^{k} \Delta_{ij} < \sum_{i=k+1}^{n} c_i x_i - \sum_{i=k+1}^{n} c_i x_j < \sum_{i=1}^{k} \Delta_{ij} \quad (1 \le j \le k), \tag{3}$$

то выполняются и следующие неравенства:

$$-k < \sum_{i=k+1}^{n} c_i < k, -\sum_{j=1}^{k} x_j < \sum_{i=k+1}^{n} c_i x_i < \sum_{j=1}^{k} x_j.$$

Если x_0 – произвольная точка и $\Delta_1 = |x_0 - x_1|$, то выполняются неравенства

$$-\sum_{j=1}^{k} \Delta_{j} < \sum_{i=k+1}^{n} c_{i} x_{i} - \sum_{j=k+1}^{n} c_{i} x_{0} < \sum_{j=1}^{k} \Delta_{j}.$$

ПРЕДЛОЖЕНИЕ 5. Пусть прямая $y = a_0 x + b_0$ проходит только через точки $(x_1, y_1), (x_2; y_2), ..., (x_k; y_k)$, и справедливы неравенства (3). Тогда данная прямая является оптимальной.

ДОКАЗАТЕЛЬСТВО. Показывается, что при любом движении прямой происходит рост значения функции $\Phi(a;b)$.

ПРЕДЛОЖЕНИЕ 6. Пусть прямая $y=a_0x+b_0$ проходит только через точки $(x_1,y_1),(x_2;y_2),...,(x_k;y_k)$, и справедливы неравенства, аналогичные (3), но среди неравенств могут быть нестрогие. Тогда данная прямая является оптимальной, но не единственной.

ДОКАЗАТЕЛЬСТВО. Наличие нестрогих неравенств указывает на возможность движения прямой с сохранением значения функции $\Phi(a;b)$.

Список использованных источников

 Иоффе, А. Д. Теория экстремальных задач / А. Д. Иоффе, В. М. Тихомиров. -Москва : Наука, 1976. – 480 с.

УΔK 621.778: 621.372.8

АНАЛИЗ МЕТОДОВ РАСЧЕТА И КОНСТРУИРОВАНИЯ ВОЛНОВОДНЫХ СИСТЕМ ДЛЯ УЛЬТРАЗВУКОВЫХ ВОЛОЧИЛЬНЫХ УСТАНОВОК

Асп. Новиков В.Ю.

Витебский государственный технологический университет

Введение. Действие мощных ультразвуковых колебаний на процесс волочения пластичных, труднодеформируемых и композиционных материалов хорошо известно. Однако важную роль играют вопросы проектирования ультразвуковой колебательной системы (УЗКС). Теория и анализ этих систем излагаются на основе дифференциальных уравнений, а решение их представляет относительно сложную задачу, поэтому принято расчет и анализ сложных УЗКС сводить к простым системам с соответствующими граничными условиями. Компьютеры позволяют выполнить такие расчеты при помощи приближенных численных методов, один из них – метод конечных элементов (МКЭ), который реализован в ANSYS, позволяющей моделировать различные по

функциональному назначению и принципу преобразования энергии электромеханические устоойства.

Постановка задачи. В качестве объекта исследований было рассмотрено три распространенных вида исполнения УЗКС, применяемых при волочении материалов, резонансные частоты которых f = 18 кГц, материал — сталь общего назначения: ступенчатый концентратор с присоединенной массой, в котором волока фиксируется накручивающейся на него крышкой; ступенчатый концентратор с запрессованной волокой (материал волоки — латунь); конический концентратор с присоединенной массой, в котором выполнены четыре отверстия в виде волок.

Произведем расчет УЗКС численно-аналитическим методом результаты которого

сопоставим с результатами анализа в ANSYS.

Расчет концентратора численно-аналитическим методом. При расчете колебательной системы интерес вызывает только установившейся процесс, а выражение, связывающее собственную частоту колебательной системы с ее длиной, можно написать из условия обращения в нуль относительной деформации.

Для однородной стержневой колебательной системы [1]

$$l = \frac{v}{2f},$$
 (1)

где ν – скорость распространения упругой волны; f – собственная частота УЗКС Для конической стержневой колебательной системы [1]

$$l = \frac{v}{2f} \sqrt{(\eta \pi)^2 + 4 \left(\frac{d_0 - d_i}{d_0 + d_i}\right)^2}.$$
 (2)

Результаты расчетов резонансных характеристик исследуемых колебательных систем: ступенчатый концентратор с присоединенной массой (L=125.00 мм; коэффициент усиления k=1.813); ступенчатый концентратор с запрессованной волокой (L=141.60 мм; коэффициент усиления k=1.625); конический концентратор с присоединенной массой (L=135.5 мм; коэффициент усиления L=1.625); конический концентратор с присоединенной массой (L=135.5 мм; коэффициент усиления L=1.625).

Анализ концентратора в ANSYS. Следует отметить, что любая задача расчета УЗКС в ANSYS рассматривается как задача анализа и используется для расчета резонансных характеристик существующих колебательных систем и форм колебаний с помощью МКЭ.

По результатам синтеза ступенчатый концентратор с присоединенной массой смоделирован в ANSYS, его расчетное значение резонансной частоты составило 17,34 кГц и отклоняется от заданного на 3,7 %, значение коэффициента усиления (k=1,975) откланяется на 8,2 %. По расчетным данным концентратор был изготовлен и испытан совместно с магнитострикционным преобразователем, имеющим резонансную частоту 18,00 кГц. Резонансная частота изготовленной колебательной системы равна 17,84 кГц, отклоняется от заданной на 0,9 %.

Расчетное значение резонансной частоты ступенчатого концентратора с запрессованной волокой в ANSYS составило 17,70 кГц, что отклоняется от заданного на

1.7 %, значение коэффициента усиления (k = 1.641) отклоняется на 9.7 %,

Значение резонансной частоты конического концентратора с присоединенной массой, рассчитанное ANSYS, равно 18.24 к Γ ц, отклоняется от заданного на 1,3 %, коэффициент усиления (k=2,571) отклоняется на 1,4 %. По результатам синтеза концентратор был изготовлен и испытан совместно с магнитострикционным преобразователем, имеющим резонансную частоту 18,00 к Γ ц. При этом была измерена резонансная частота колебательной системы, которая составила 18,14 к Γ ц с отклонением в 0.8 % от заданной.

Полученные расчетные значения резонансных характеристик УЗКС в ANSYS и измеренные резонансные частоты изготовленных УЗКС подтверждают высокую точность

решения численно-аналитическим методом.

Выводы. Рассмотренный числено-аналитический метод позволяет с высокой точностью синтезировать УЗКС применяемых при волочении различных материалов.

ANSYS является эффективным инструментом для анализа сложных УЗКС, состоящих 🚜 нескольких элементов с различной собственной частотой.

Список использованных источников

1. Теумин, И. И. Ультразвуковые колебательные системы / И. И. Теумин. - Москва Машгиз, 1959. - 331 с.

КИНЕТИЧЕСКИЕ МОДЕЛИ В МЕДИЦИНЕ

Студ. Булах А.В., студ. Шилин К.А.

Витебский государственный университет имени П.М.Машерова;

к.б.н., доц. Шилина М.В.

Витебский государственный медицинский университет

Bure6ckyn / Фармакокинетическая модель описывает кинетику (изменение времени) распределения введенных в организм препаратов (лекарств. индикаторов) Терапевтический эффект препарата зависит от его концентрации в больном органе (органе-мишени) и времени нахождения в органе при оптимальной концентрации лекарства. Задача врача – выбор дозы, способа, периодичности введения лекарства, обеспечивающего максимальный терапевтический эффект при минимальных побочных явлениях.

Цель создания фармакокинетической модели — помочь в решении этой задачи. Фармакокинетическая модель создана специально для лабораторного практикума по курсу «Физика и биофизика» и позволяет студентам-медикам, в пределах определенных допущений, найти изменения концентрации препарата во времени при различных способах его введения в организм рассчитать оптимальное соотношение между параметрами вывода препарата для обеспечения ввода И терапевтического эффекта.

Рассмотрим фармакокинетическую модель. Величина и продолжительность фармакологического эффекта во многом определяются концентрацией лекарственного вещества (ЛВ) в органах или тканях, где оно оказывает своё действие. Поэтому очень важно поддерживать определённую (терапевтическую) концентрацию ЛВ в месте его действия.

Концентрация препарата в крови зависит: 1) от всасывания препарата в кровеноснов русло (константа всасывания k_1) при внесосудистом введении: 2) от транспорта лекарства из крови в орган-мишень и обратно (константы k_{23} и k_{32}). 3) от удаления препарата из крови и разрушения, инактивации препарата (константа k_a).

Предлагаемая компьютерная модель позволяет проанализировать решение для трех способов введения лекарственного препарата (рисунок).

1 способ. Однократное введение лекарственного препарата (инъекция). Q = 0.

В этом случае кинетическое уравнение: $\frac{dm}{dt} = -km$.

2 способ. Непрерывное введение препарата с постоянной скоростью (инфузия), m_o = 0 В этом случае изменение массы лекарственного препарата в организме определяется не только скоростью его удаления, но и скоростью введения **Q** — количеством лекарственного вещества, вводимого в организм за единицу времени: $\frac{dm}{dt} = Q - kt$

Концентрация лекарства в крови

$$c = \frac{Q}{hc} \left(1 - e^{-ht} \right)$$

3 способ. Сочетание непрерывного введения лекарственного препарата (2 способ) с введением нагрузочной дозы (1 способ). При этом фармакокинетическая модель примет вид: